

Bi9393 Analytická cytometrie

Lekce 2

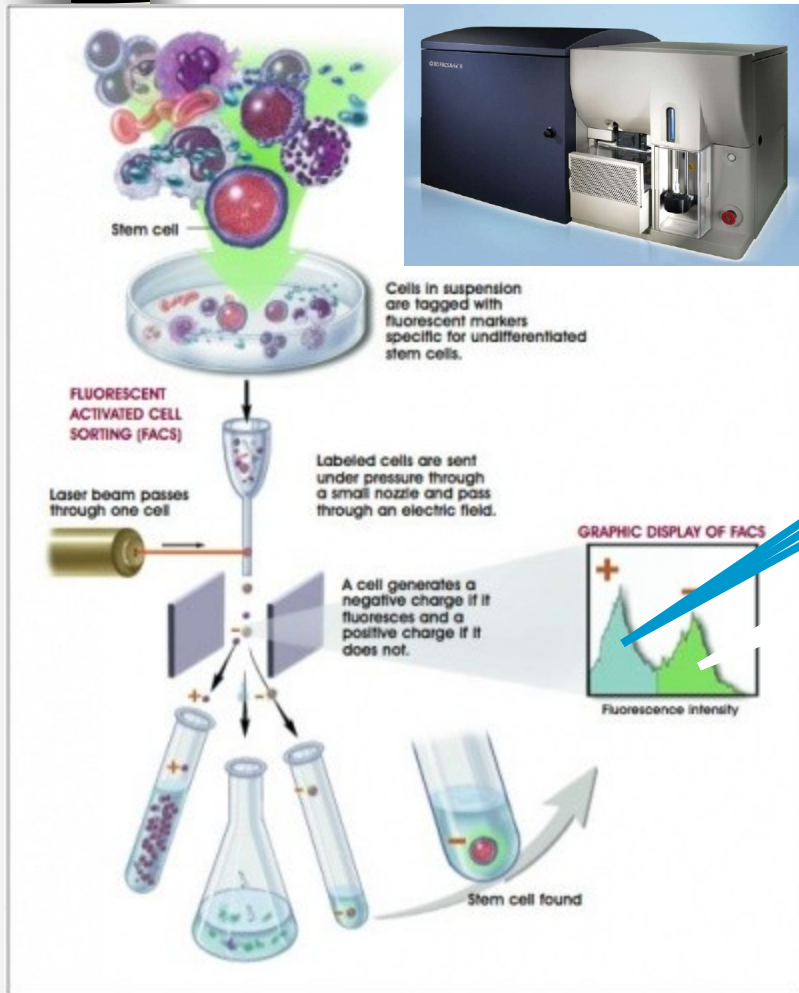


Karel Souček, Ph.D.

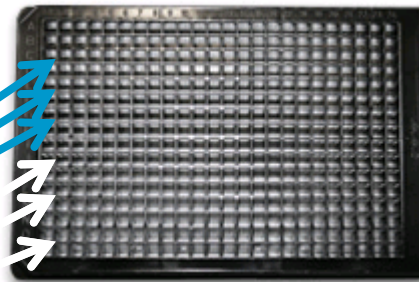
Oddělení cytokinetiky
Biofyzikální ústav AVČR, v.v.i
Královopolská 135
612 65 Brno

e-mail: ksoucek@ibp.cz
tel.: 541 517 166

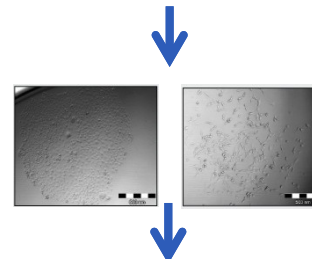
new automatic cell cloning assay (ACCA) for determination of clonogenic capacity of CSCs



single cell/well
up to 384 well plate



re-culture after sorting (2D, 3D)



analysis: CyQuant, ATP, xCelligence, microscopy





Principy průtokové cytometrie a sortování

- Světlo
- Fluorescence
- Zdroje excitace, optické systémy a způsoby detekce fluorescence
- Fluidní systémy

Pojmy

Fotometrie:

- **Světlo** – elektromagnetické záření viditelné lidským okem (400-750 nm, nejcitlivější ~ 550 nm). Při měření pod 400 nm (UV, IF) se v podstatě detekci záření (radiometrie).
- Energie záření se vyjadřuje v *joulech*
- Světelný tok (**radiant flux**) je udávána jako hodnota energie v čase ve *wattech* (1 watt= 1 joule/sekundu)
- **foton** – elementární částice. Popisuje je jejich vlnová délka, frekvence, energie a hybnost. Životnost fotonu je nekonečná (přesto vznikají a zanikají), existují pouze v pohybu. Má nulovou klidovou hmotnost, ale nenulovou energii, definovanou vztahem $E = h\nu$, kde h je Planckova konstanta a ν frekvence. Neboť má energii, působí na něj gravitace dle obecné teorie relativity a on sám gravitačně působí na okolí.
(<http://cs.wikipedia.org/wiki/Foton>)
- Energie fotonu je vyjádřena jako $E=h\nu$ a $E=hc/\lambda$ [ν -frequency (Hz), c – rychlost světla (3×10^8 m/s), λ -wavelength (nm), h -Planckova konstanta (6.63×10^{-34} J/s)]
- **Energie** je vyšší při kratších vlnových délkách a nižší při delších vlnových délkách.

Laser power

$$E=h\nu \text{ and } E=hc/\lambda$$

- One photon from a 488 nm argon laser has an energy of

$$E= 6.63 \times 10^{-34} \text{ joule-seconds} \times 3 \times 10^8$$

$$\xrightarrow{488 \times 10^{-3}} = 4.08 \times 10^{-19} \text{ J}$$

- To get 1 joule out of a 488 nm laser you need **2.45×10^{18} photons**
- 1 watt (W) = 1 joule/second a 10 mW laser at 488 nm is putting out 2.45×10^{16} photons/sec

What about a UV laser?

$$E = \frac{6.63 \times 10^{-34} \text{ joule-seconds} \times 3 \times 10^8}{325 \times 10^{-3}}$$

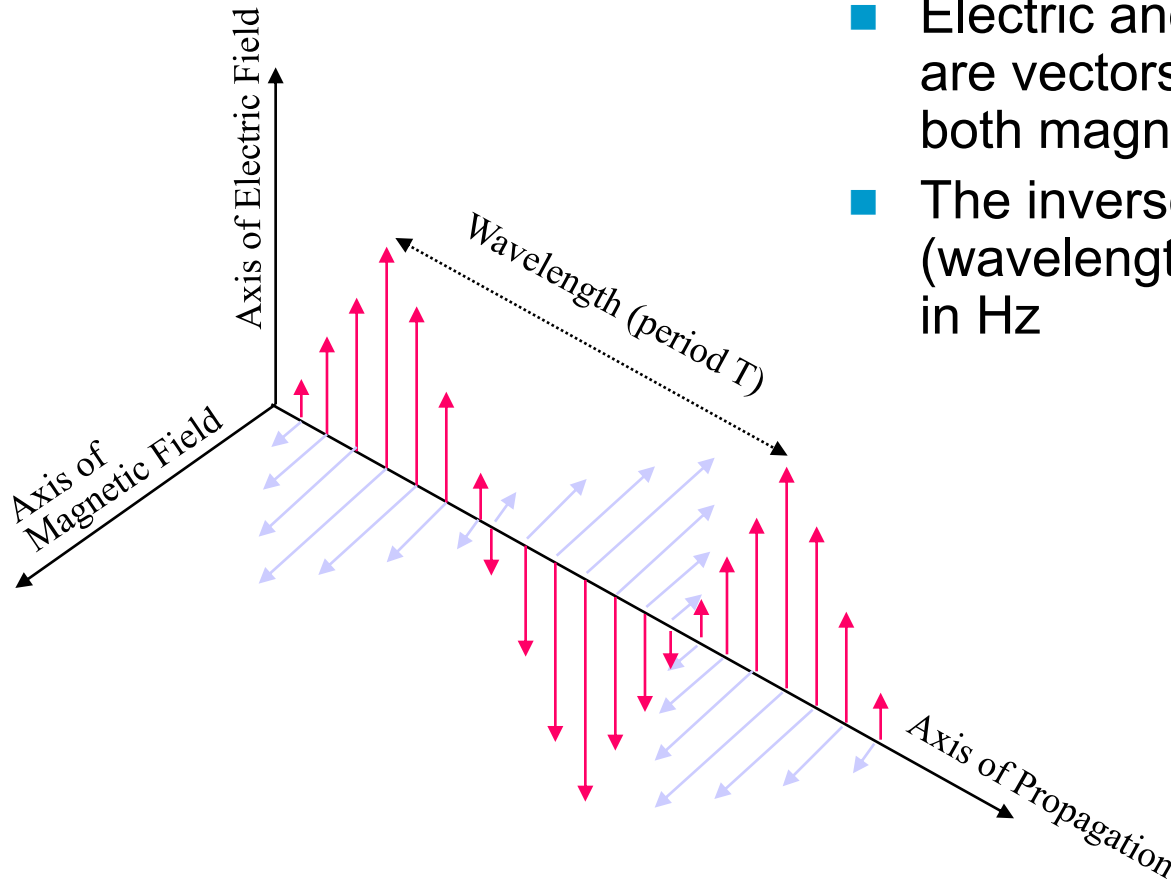
$$= 6.12 \times 10^{-19} \text{ J} \quad \text{so 1 Joule at 325 nm} = 1.63 \times 10^{18} \text{ photons}$$

What about a He-Ne laser?

$$E = \frac{6.63 \times 10^{-34} \text{ joule-seconds} \times 3 \times 10^8}{633 \times 10^{-3}}$$

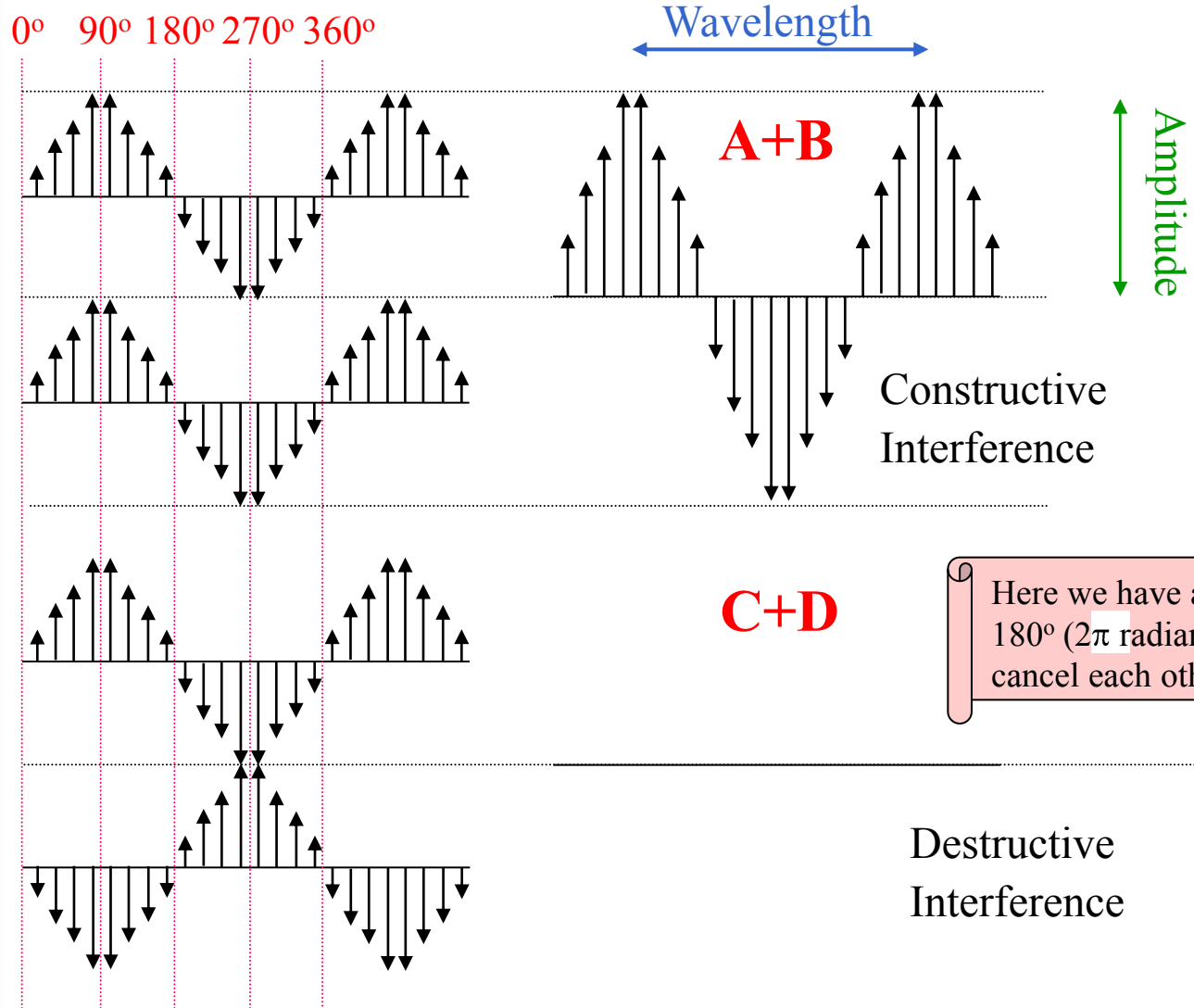
$$= 3.14 \times 10^{-19} \text{ J} \quad \text{so 1 Joule at 633 nm} = 3.18 \times 10^{18} \text{ photons}$$

Polarization and Phase: Interference



- Electric and magnetic fields are vectors - i.e. they have both magnitude and direction
- The inverse of the period (wavelength) is the frequency in Hz

Interference



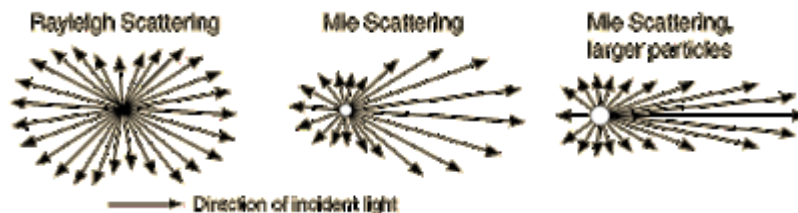
The frequency does not change, but the amplitude is doubled

Here we have a phase difference of 180° (2π radians) so the waves cancel each other out

Figure modified from Shapiro "Practical Flow Cytometry" Wiley-Liss, p79

Rozptyl světla

- Hmota rozptyluje světlo vlnových délek které není schopna absorbovat
- Viditelné spektrum je 350-850 nm proto malé částice a molekuly ($< 1/10 \lambda$) spíše viditelné světlo rozptylují
- Pro malé částice byl popsán tzv. **Rayleightův rozptyl (scatter)** jehož intenzita je \sim stejná všemi směry
- Rozptyl větších částic charakterizuje tzv. **Mieův rozptyl**. Jeho množství je větší ve směru v jakém dopadá světlo na ozářenou částici \Rightarrow *na tomto principu je založeno měření velikosti částic pomocí průtokového cytometru*



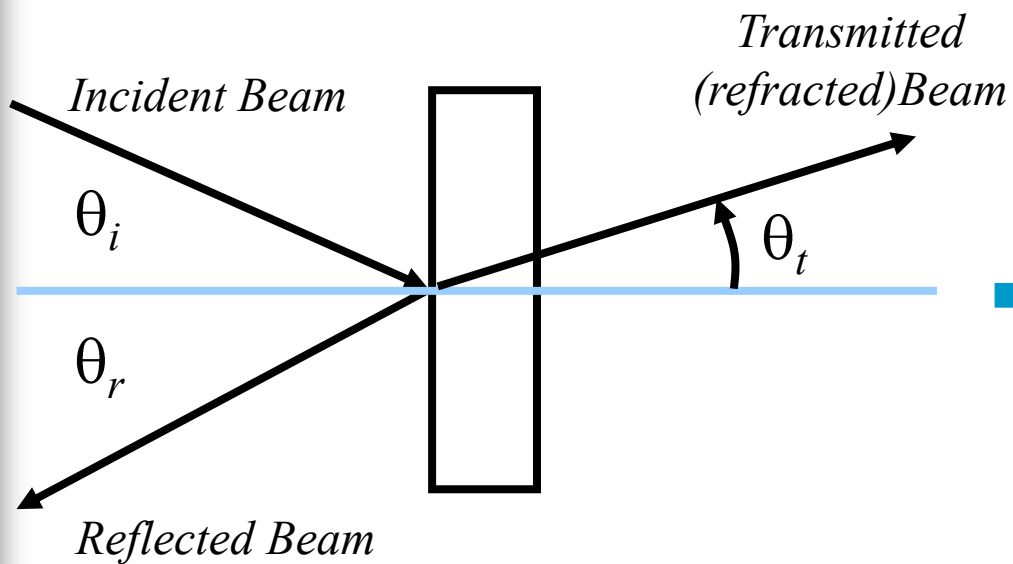
Rayleighův a Mieův rozptyl

- **Rayleighův rozptyl** – molekuly a velmi malé částice neabsorbují, ale rozptylují světlo které má menší vlnovou délku než je jejich velikost (modré nebe - vzduch rozptyluje lépe kratší vlnové délky)
- **Mieův rozptyl** je charakteristický pro částice větší než je vlnová délka světla (bílá záře kolem slunečního kotouče, mlžné světlo)

<http://hyperphysics.phy-astr.gsu.edu/hbase/atmos/blusky.html>



Odraz a lom



$$n_1 \sin \theta_i = n_2 \sin \theta_t$$

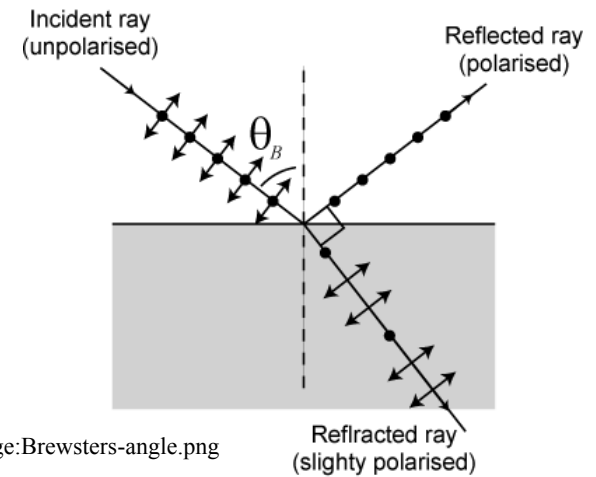
Látka	index lomu
Vzduch (normální tlak)	1,0003
led	1,31
voda	1,33
etanol	1,36
sklo	1,5 až 1,9
sůl	1,52
safir	1,77
diamant	2,42

Snellův zákon

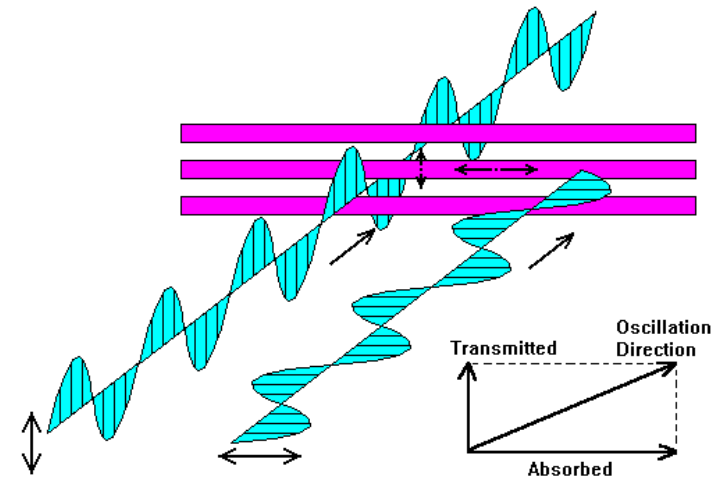
- Při šíření záření z prostředí opticky řidšího do opticky hustšího prostředí se paprsky lámou směrem ke kolmici.
- Při šíření záření z prostředí opticky hustšího do opticky řidšího prostředí se paprsky lámou směrem od kolmice.

Brewster's Angle

Polarizační úhel – úhel dopadu při kterém částečně polarizované světlo prochází povrchem bez odrazu.

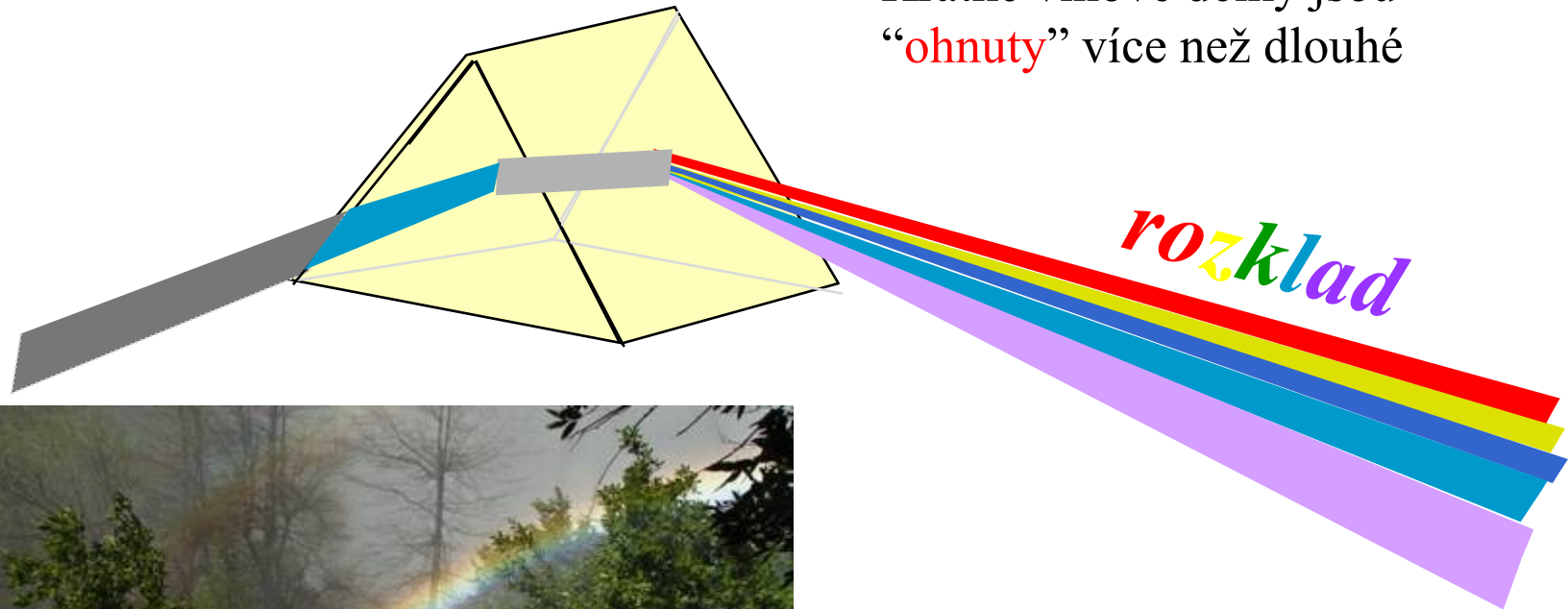


<http://en.wikipedia.org/wiki/Image:Brewsters-angle.png>

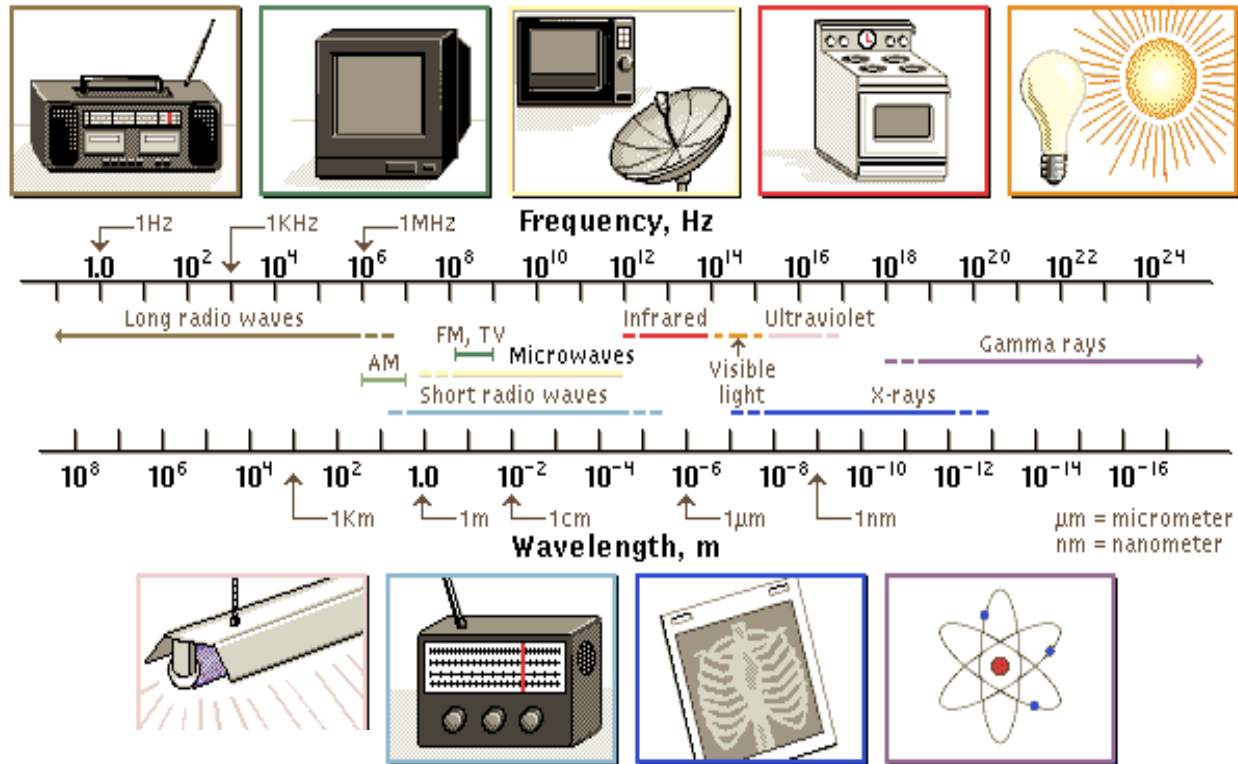


Ohyb a rozklad světla

Krátké vlnové délky jsou
“ohnuty” více než dlouhé



Electromagnetic Spectrum



© Microsoft Corp, 1995



Only a very small region within the ES is used for flow cytometry applications

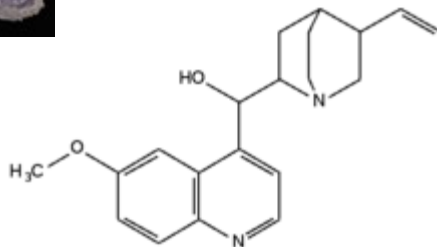
George Gabriel Stokes (1819 – 1903)

Anglický fyzik a matematik
působící na univerzitě v Cambridge

1852 – popsal fluorescenci

Název vznikl z anglického slova *fluospar*
(fluorit, kazivec = nerost CaF_2)

- ke svému pozorování použil roztok **chininu**,
jako zdroj světla sluneční paprsky, jako
excitační filtr sloužilo tmavě modré okenní
sklo a jako emisní filtr byla použita sklenice
bílého vína



<http://www.nndb.com/people/131/000097837/>

G. C. Stokes „*On the Change of Refrangibility of Light*“ *Philosophical Transactions of the Royal Society of London*, 1852, vol. 142, p. 463.)

[463]

XXX. *On the Change of Refrangibility of Light.* By G. G. STOKES, M.A., F.R.S.,
Fellow of Pembroke College, and Lucasian Professor of Mathematics in the
University of Cambridge.

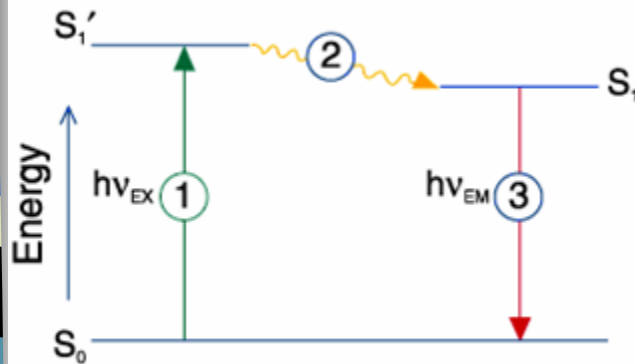
Received May 11,—Read May 27, 1852.

Princip fluorescence

Fluorescence je výsledek tří fázového u jevu některých chemických látek - **fluorochromů**, fluorescenčních barev. **Fluorescenční značka (próba)** -fluorochrom schopný lokalizace do určitého biologického vzorku nebo odpovídat na specifický podnět.

Stage 1 : Excitation

A photon of energy $h\nu_{EX}$ is supplied by an external source such as an incandescent lamp or a laser and absorbed by the fluorophore, creating an **excited electronic singlet state (S_1')**. This process distinguishes fluorescence from chemiluminescence, in which the excited state is populated by a chemical reaction.



Stage 2 : Excited-State Lifetime

The excited state exists for a finite time (typically $1-10 \cdot 10^{-9}$ seconds). During this time, the fluorophore undergoes conformational changes and is also subject to a multitude of possible interactions with its molecular environment. These processes have two important consequences. First, the energy of S_1' is partially dissipated, yielding a relaxed singlet excited state (S_1) from which fluorescence emission originates. Second, not all the molecules initially excited by absorption (Stage 1) return to the ground state (S_0) by fluorescence emission. Other processes such as collisional quenching, fluorescence energy transfer and intersystem crossing (see below) may also depopulate S_1 . The fluorescence quantum yield, which is the ratio of the number of fluorescence photons emitted (Stage 3) to the number of photons absorbed (Stage 1), is a measure of the relative extent to which these processes occur.

Stage 3 : Fluorescence Emission

A photon of energy $h\nu_{EM}$ is emitted, returning the fluorophore to its ground state S_0 . Due to energy dissipation during the excited-state lifetime, the energy of this photon is lower, and therefore of longer wavelength, than the excitation photon $h\nu_{EX}$. The difference in energy or wavelength represented by $(h\nu_{EX}-h\nu_{EM})$ is called the **Stokes shift**. The Stokes shift is fundamental to the sensitivity of fluorescence techniques because it allows emission photons to be detected against a low background, isolated from excitation photons. In contrast, absorption spectrophotometry requires measurement of transmitted light relative to high incident light levels at the same wavelength.

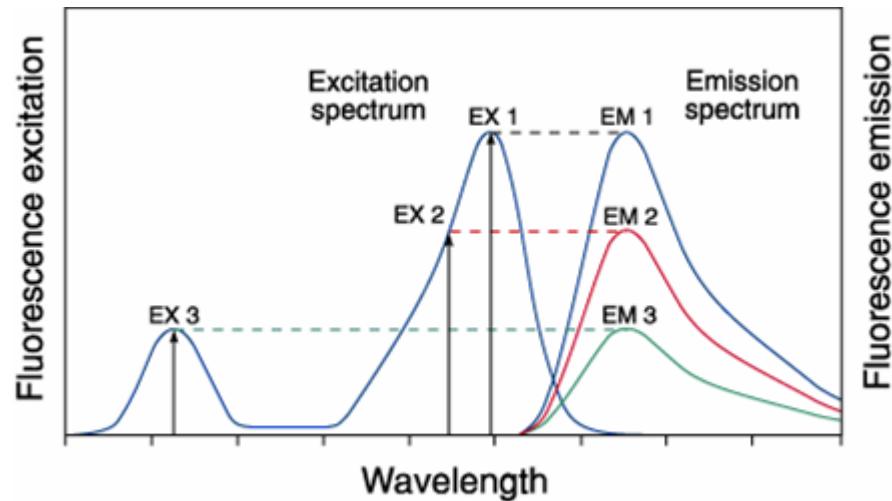
Jablonski diagram illustrating the processes involved in the creation of an excited electronic singlet state by optical absorption and subsequent emission of fluorescence. The labeled stages 1, 2, 3 are referred to in the text.



Fluorescenční spektra

Fluorescenční proces je cyklický.

Kromě fluorochromu nevratně zničeného (photobleaching - „vysvícení“) může být opakovaně excitován.



Excitation of a fluorophore at three different wavelengths (EX 1, EX 2, EX 3) does not change the emission profile but does produce variations in fluorescence emission intensity (EM 1, EM 2, EM 3) that correspond to the amplitude of the excitation spectrum.

Detekce fluorescence

Vybavení pro fluorescenci

- (1) zdroj excitace
- (2) fluorochrom
- (3) vlnové filtry pro izolaci emitovaných fotonů od excitovaných
- (4) detektory pro registraci emitovaných fotonů

Fluorescenční přístroje

- spektrofluorometer měří průměrné vlastnosti objemu vzorku v kyvetě.
- fluorescenční mikroskop popisuje fluorescenci jako jev v prostorovém systému souřadnic
- flow cytometr měří fluorescenci v proudícím toku, umožňuje detekovat a kvantifikovat subpopulace uvnitř velkého vzorku

Fluorescenční signál

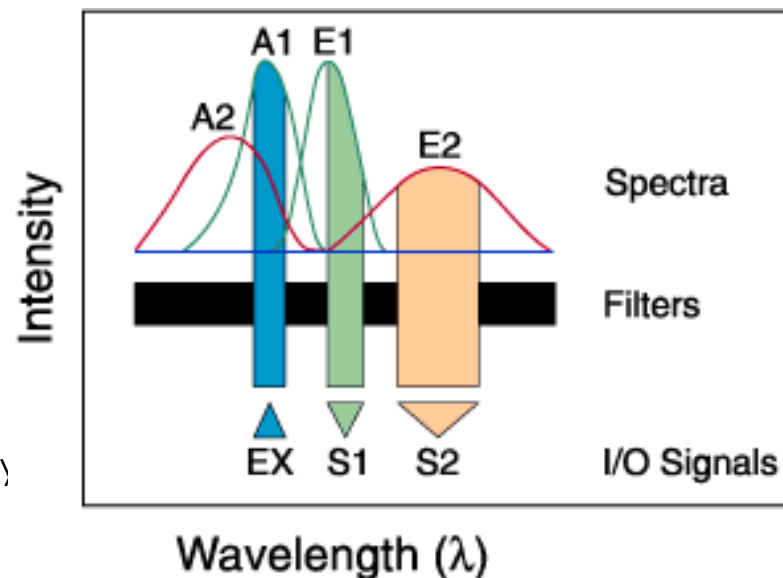
- spektrofluorometer je flexibilní, umožňuje měřit v kontinuálním spektru excitačních a emisních vlnových délek
- flow cytometr potřebuje fluorescenční značky excitovatelné určitou vlnovou délkou.

Fluorescence pozadí

- endogenní složky - autofluorescence
- nenávanané nebo nespecificky vázané značky = reagenční pozadí

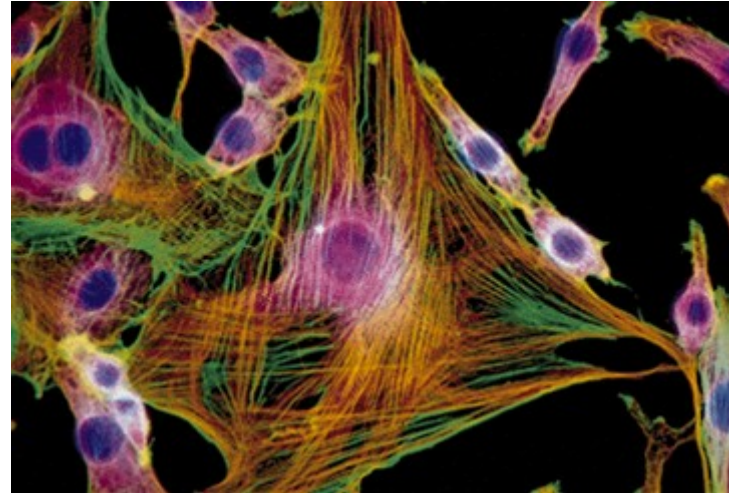
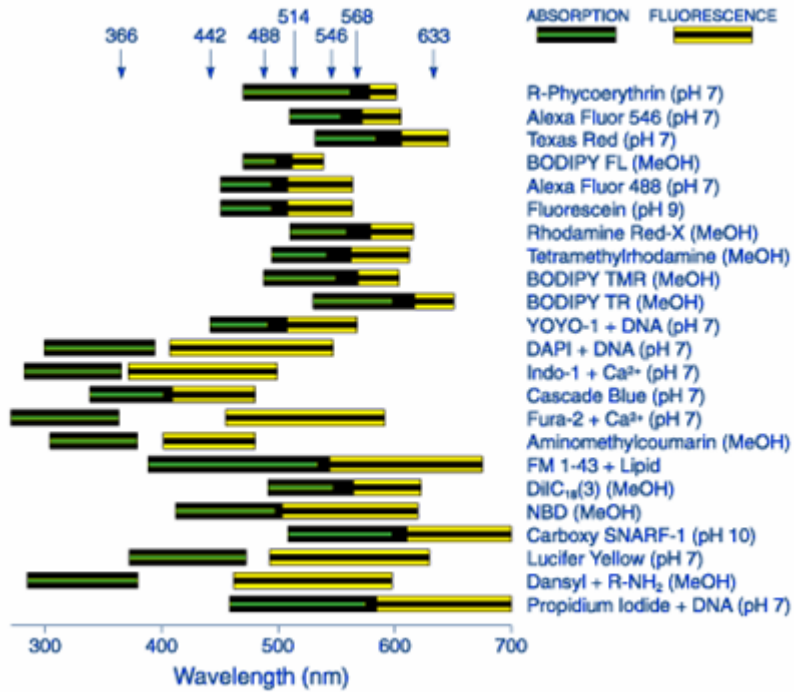
Vícebarevné značení

- dvě a více značek, zároveň monitoruje různé funkce
- nutné: vhodně zvolit značky zdroj excitace a separační filtry



Fluorescence Output of Fluorophores

Comparing Different Dyes



Mouse 3T3

F-actin ~
BODIPY FL phalloidin

anti-β tubulin ~
Texas Red
goat anti-mouse IgG

DNA ~
DAPI

POPO-1
BOBO-1
YOYO-1
TOTO-1
JOJO-1
POPO-3
LOLO-1
BOBO-3
YOYO-3
TOTO-3

λ Hind III

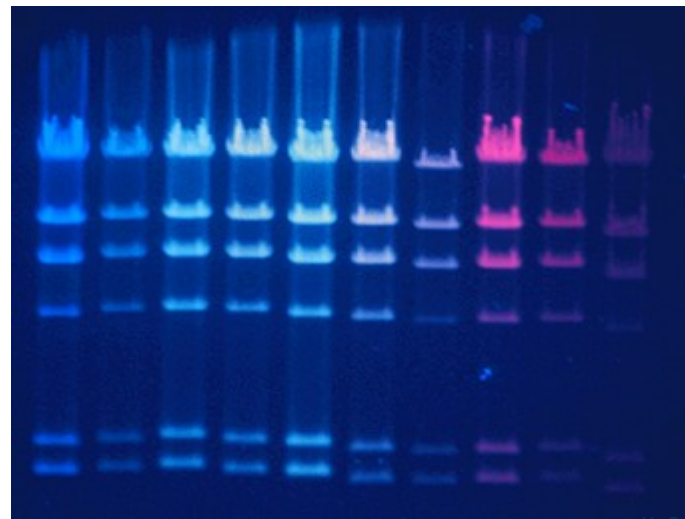
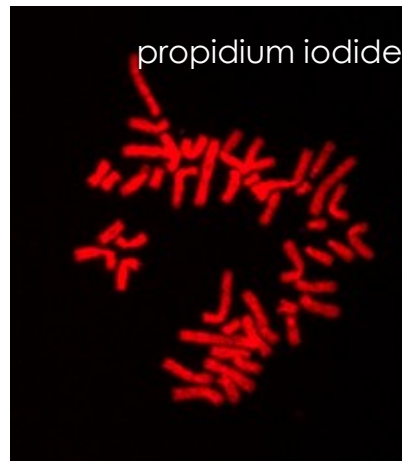




Table of Fluorochromes

<http://pingu.salk.edu/fcm/fluo.html>

Create Your Virtual Cell

<http://www.invitrogen.com/site/us/en/home/support/Research-Tools/Cell-Staining-Tool.html>



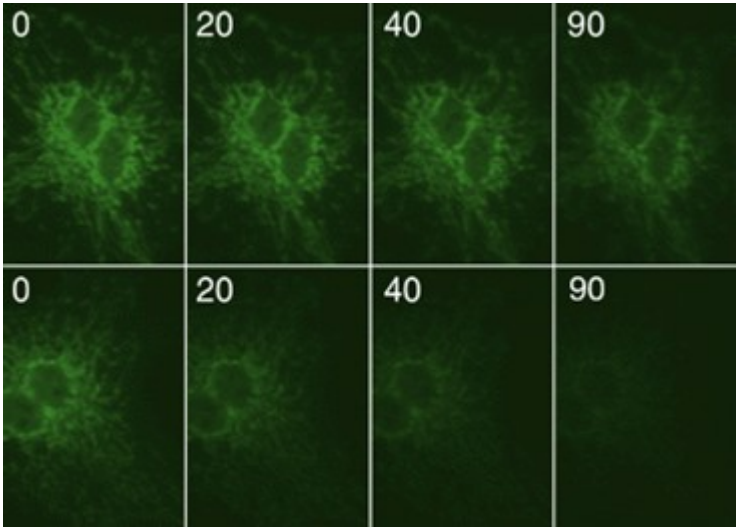


Procesy interferující a detekcí fluorescence

- **Quenching** - „zhášení“ fluorescence pomocí polárních rozpouštědel, těžkých iontů.
- **Bleaching** – změna struktury fluorescenční molekuly vedoucí ke ztrátě fluorescence (působením světla a nebo chemickou interakcí).
- **Photon saturation** – stav kdy množství molekul v excitovaném stavu odpovídá množství molekul v bazální hladině

Photobleaching

- irreversible destruction or photobleaching of the excited fluorophore



anti-human cytochrome oxidase subunit I

Oregon Green 514 goat anti-mouse IgG

fluorescein goat anti-mouse IgG

Základ průtokové cytometrie



Fluidics

Optics

Electronics

Buňky v suspenzi

protékají jednotlivě napříč

osvětlenou částí kde

rozptylují světlo a emitují
fluorescenci,

která je detekována, filtrována a

převedená na digitální hodnoty

uložené do počítače



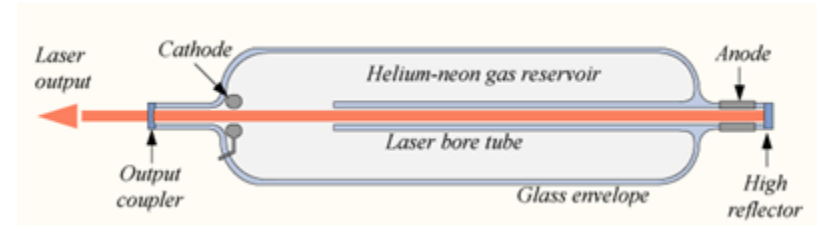
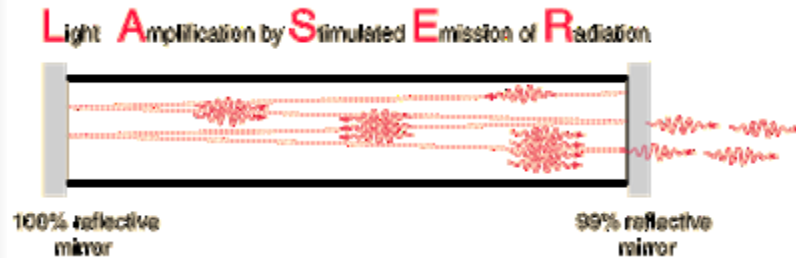
Optika - zdroj světla

- nutnost zaostřit zdroj světla na stejné místo, kde je zaostřen průtok buněk
- Lasery
 - produkují jednotlivou vlnovou délku světla (325, 488, ~630nm)
 - poskytují mW - W světla
 - mohou být “levné” - air-cooled , nebo drahé - water-cooled
 - poskytují koherentní světelný proud
- Obloukové lampy (Arc-lamps)
 - produkují **směs** vlnových délek, které musí být filtrovány
 - poskytují mW světla
 - levné - air-cooled
 - nekoherentní světelný proud

- optické kanály

- cesta světla z místa ozáření buněk k detektoru
- optické části **separují** určité vlnové délky

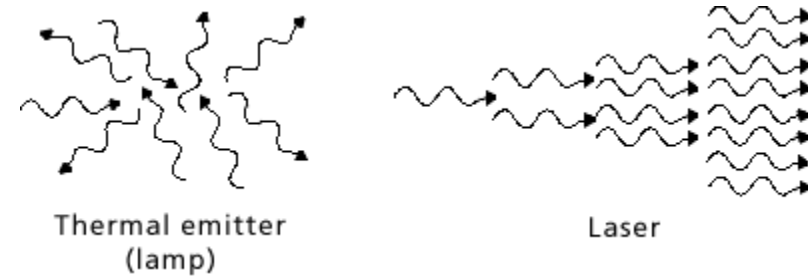
LASER(y)



http://en.wikipedia.org/wiki/Helium-neon_laser

- koherentní (souvislý světelný tok)
- monochromatický
- soustředěný

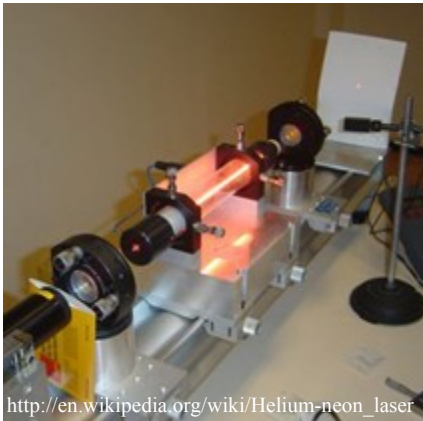
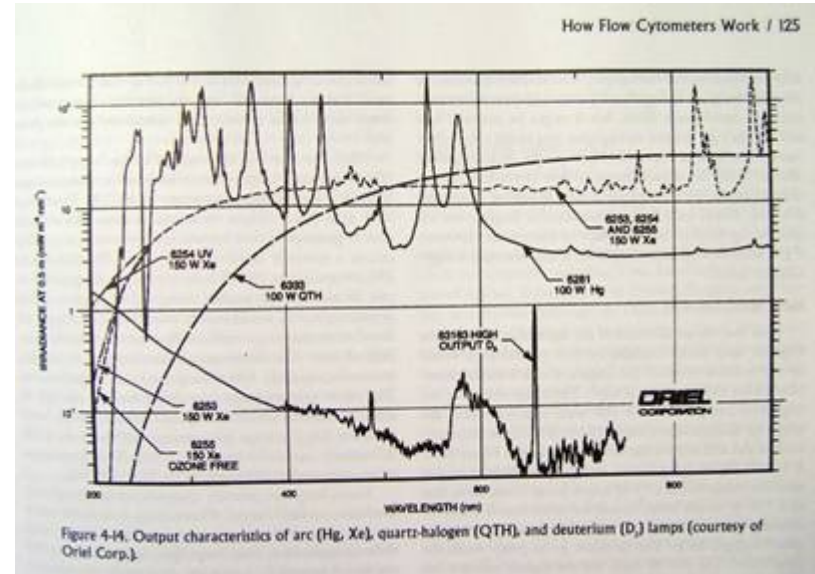
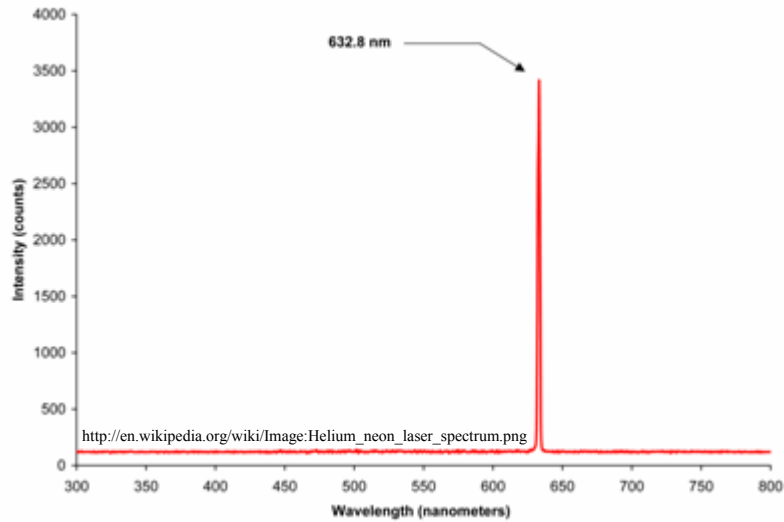
<http://hyperphysics.phy-astr.gsu.edu/hbase/hframe.html>



<http://www.ilt.fraunhofer.de/eng/100053.html>



LASER vs. Arc lamp



H.M. Shapiro, Practical Flow Cytometry, 4th ed.



<http://www.olympusmicro.com/primer/anatomy/sources.html>

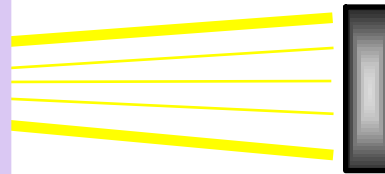
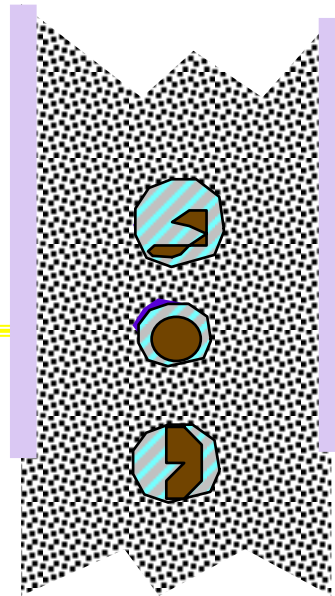
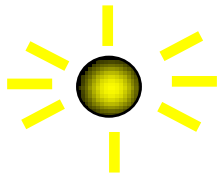


Optika - „Forward Scatter“ kanál

- část světla rozptýlená ve stejné ose jako je směr světelného paprsku
- intenzita „forward scatteru“ odpovídá velikosti, tvaru a optické homogenitě buněk

Forward Angle Light Scatter

Laser



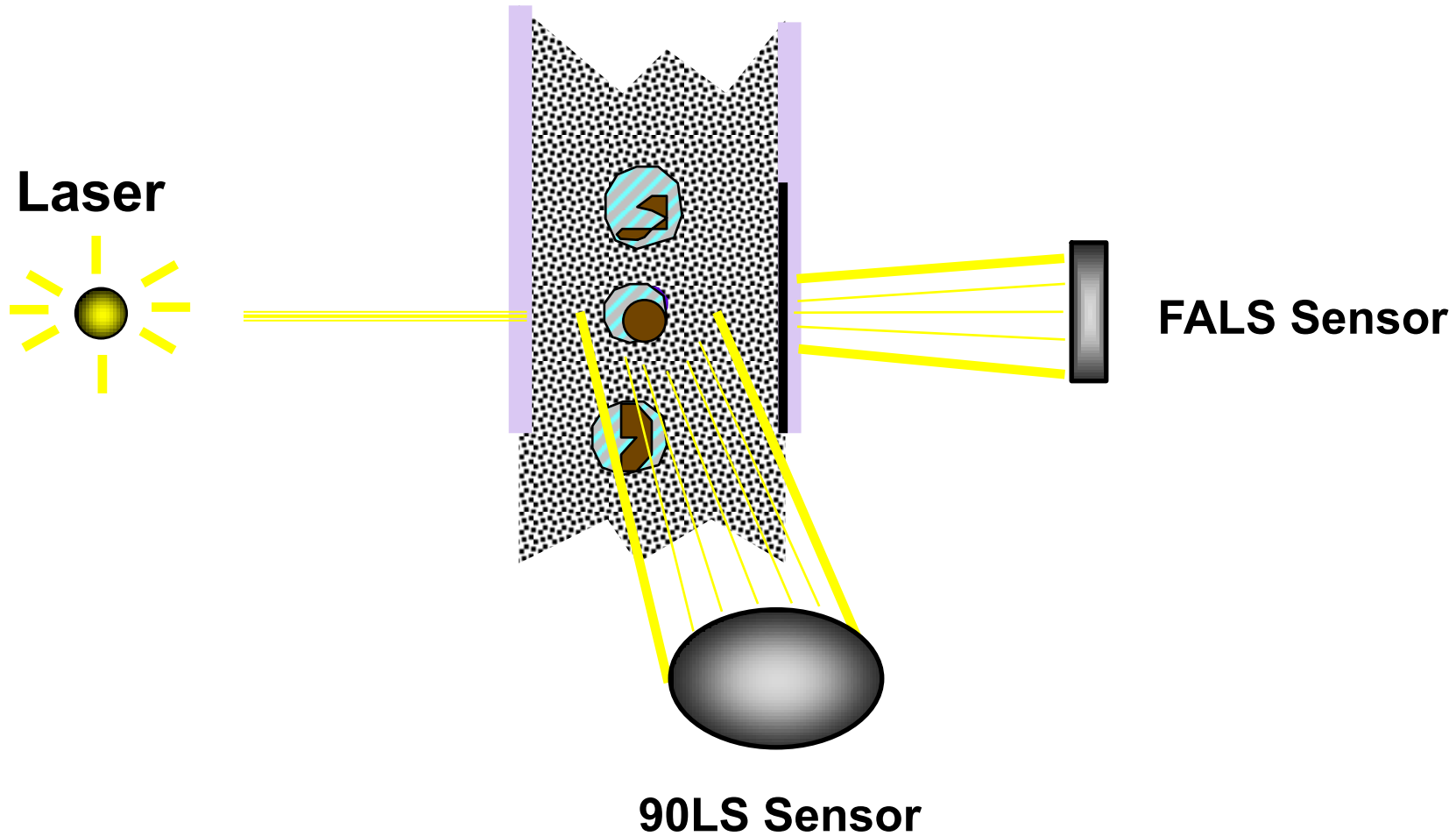
FALS
Sensor



Optika - „Side Scatter“ kanál

- část světla rozptýlená kolmo do strany od osy směru světelného paprsku **side (90°) scatter channel**
- intenzita „side scatteru“ odpovídá **velikosti, tvaru a optické homogenitě** buněk

90 Degree Light Scatter





Optika - Light Scatter

- „Forward scatter“ zachycuje **povrchové vlastnosti a velikost** částic
- může být použit k rozlišení živých a mrtvých buněk
- „Side scatter“ odpovídá **inkluzím uvnitř** buněk
 - možno odlišit **granulární a ngranulární** populaci

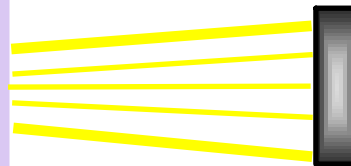
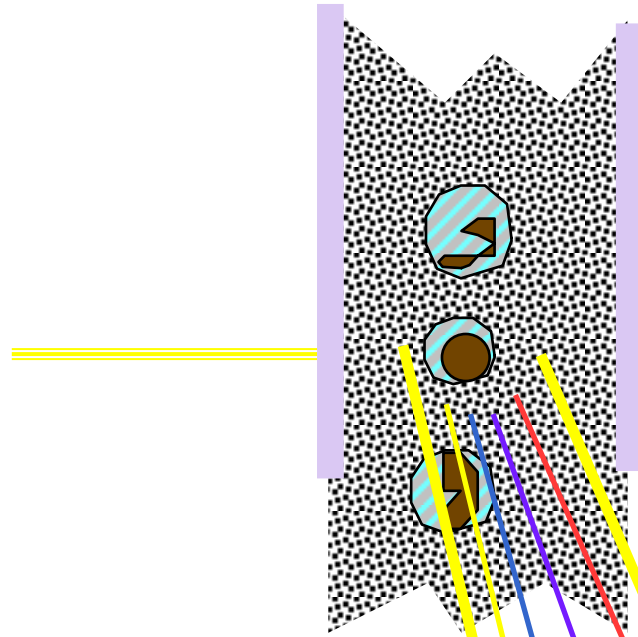
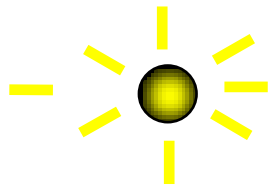


Optika - fluorescenční kanály

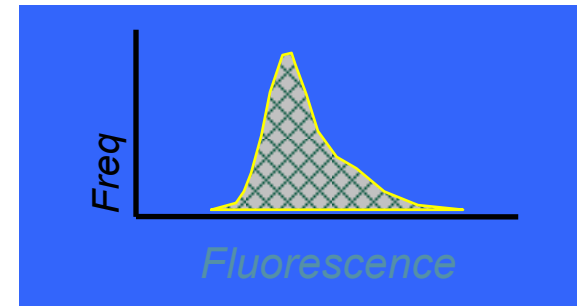
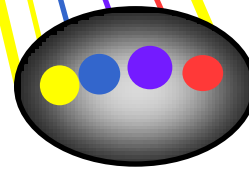
- fluorescence emitovaná z každého fluorochromu je detekována pomocí specifického **fluorescenčního kanálu**
- specifita detekce je kontrolována vlnovou selektivitou filtru a zrcadel

Fluorescence Detectors

Laser



FALS Sensor



Fluorescence detector
(PMT3, PMT4 etc.)

Optika - vlastnosti filtrů

- jsou konstruovány z materiálů absorbujících určitou vlnovou délku (a propouštějí jinou)
- přechod mezi absorbancí a transmisí není přesný; nutné specifikovat lom světla při konstrukci filtru

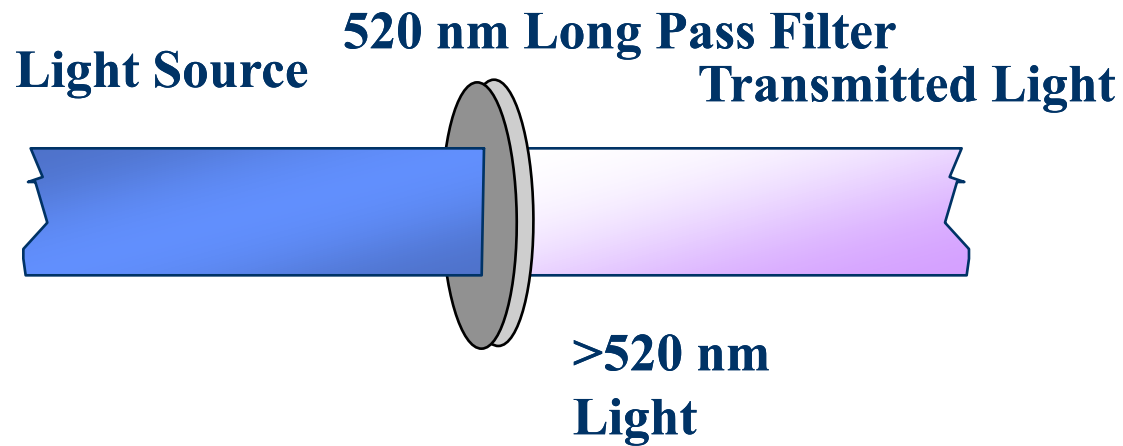




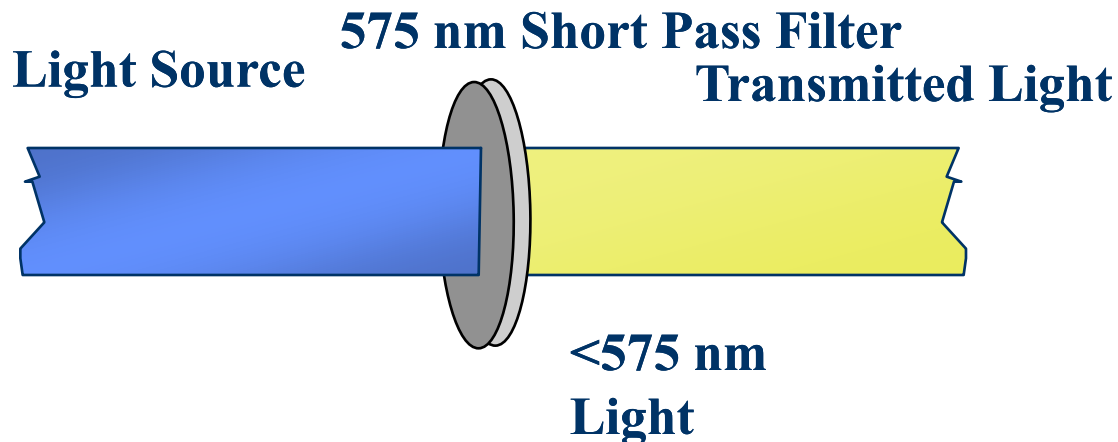
Optics - vlastnosti filtrů

- „Long pass“ filtr propouští vlnovou délku **nad** „řezanou“ délkou
- „Short pass“ filtr propouští vlnovou délku **pod** „řezanou“ délkou
- „Band pass“ filtr propouští vlnovou délku v **úzkém rozmezí** okolo specifické vlnové délky

Standard Long Pass Filters



Standard Short Pass Filters

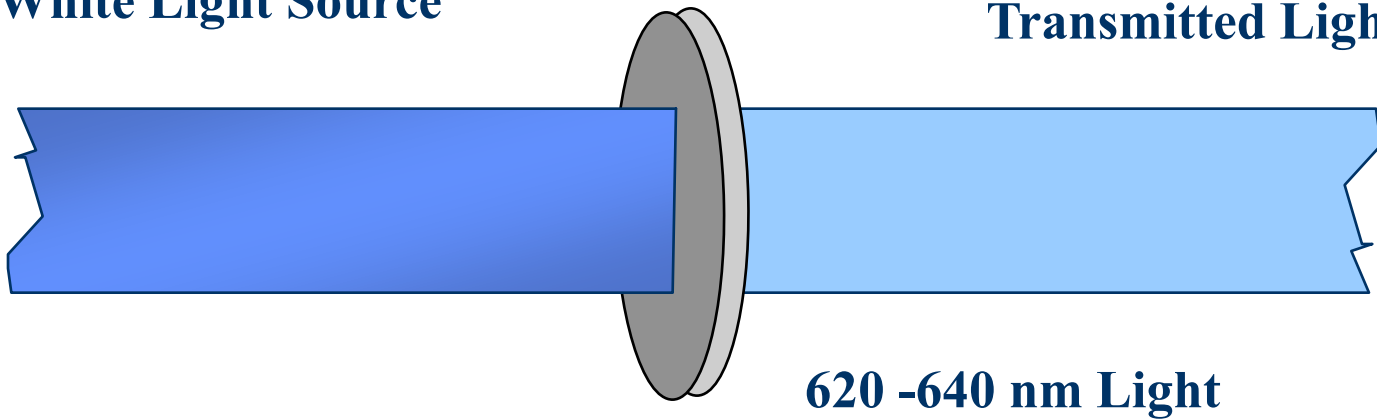


Standard Band Pass Filters

630 nm BandPass Filter

White Light Source

Transmitted Light





Optika - vlastnosti filtrů

- pokud je filtr umístěn v **45° úhlu** ke zdroji světla, světlo, které má projít tak projde, ale blokované světlo je odraženo v 90° úhlu
- **dichroické filtry, dichroická zrcadla**



Optika - uspořádání filtrů

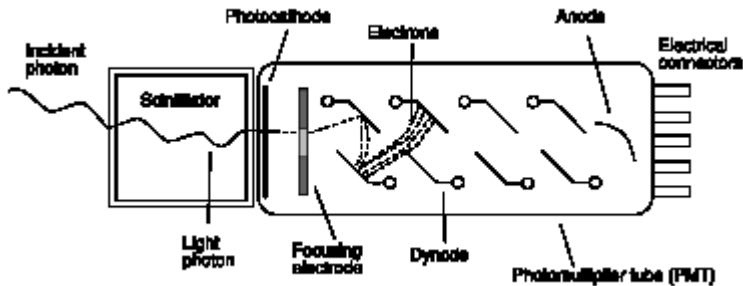
- k společnému měření více než jednoho „scatteru“ nebo fluorescence , používáme **mnohonásobné kanály** (a detektory)
- multikanálové uspořádání musí splňovat
 - **spektrální vlastnosti** použitého fluorochromu
 - **správný řád uspořádání** filtrů a zrcadel



Optika - detektory

- dva obecné typy detektorů
 - **fotodioda**
 - používá se pro silný signál (forward scatter detector)
 - **fotonásobič (photomultiplier tube - PMT)**
 - citlivější než fotodioda, může být poškozen přesvícením

Photomultiplier tubes (photomultipliers, PMTs)



Základní charakteristika:

- vysoce citlivé detektory (jeden foton)
- velké zesílení signálu/nízký šum
- velká plocha detekce
- rychlá frekvence odpovědi
- velké pracovní napětí (1000 – 2000 V)



<http://en.wikipedia.org/wiki/Photomultiplier>

Fotodioda

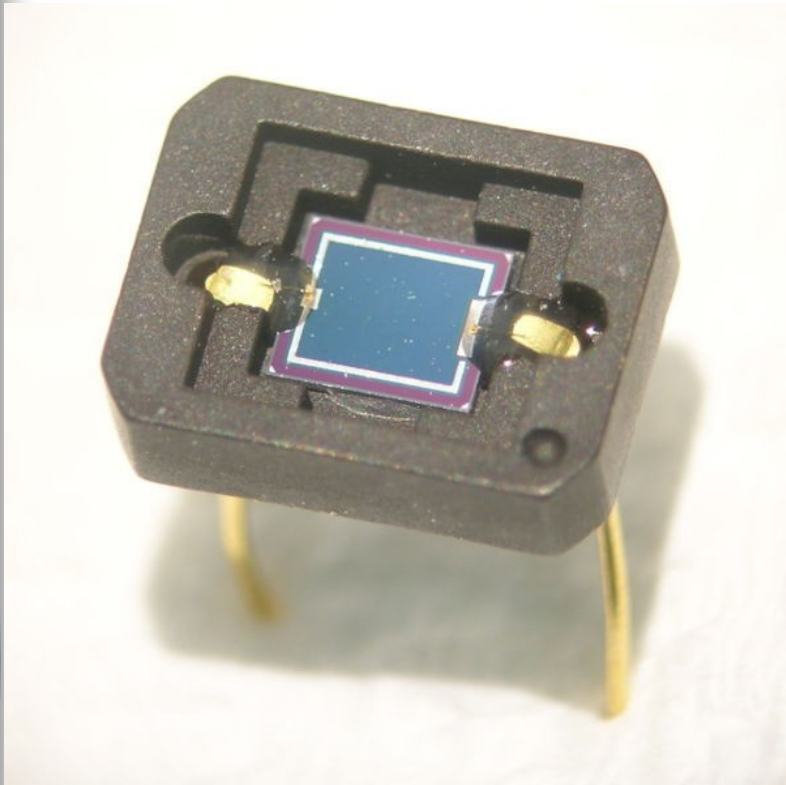
Porovnání s PMT

Výhody:

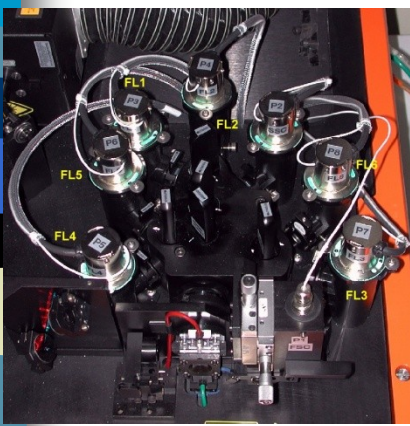
1. excelentní linearita signálu
2. rozsah spektrální detekce 190 nm to 1100 nm (silicon)
3. nízký šum
4. Odolnost vůči mechanickým vlivům
5. nízká cena
6. malá velikost a hmotnost
7. dlouhá životnost
8. Vysoká kvantová účinnost (~80%)
9. Nepotřebuje vysoká napětí

Nevýhody

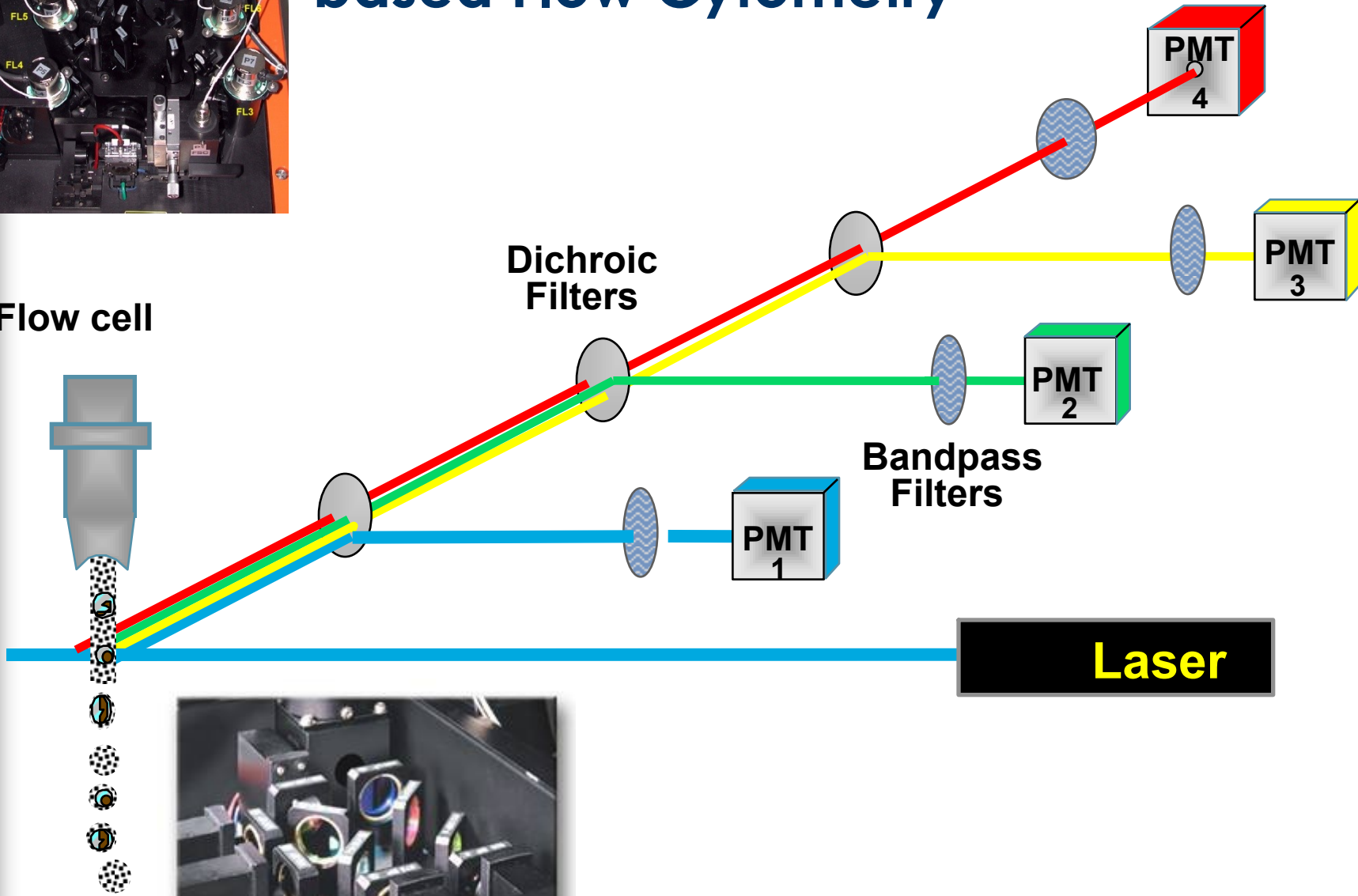
1. Malá plocha
2. Nemožnost integrálního zesílení
3. Mnohem nižší citlivost
4. Počítání fotonů pouze u speciálních produktů
5. Kratší čas odpovědi



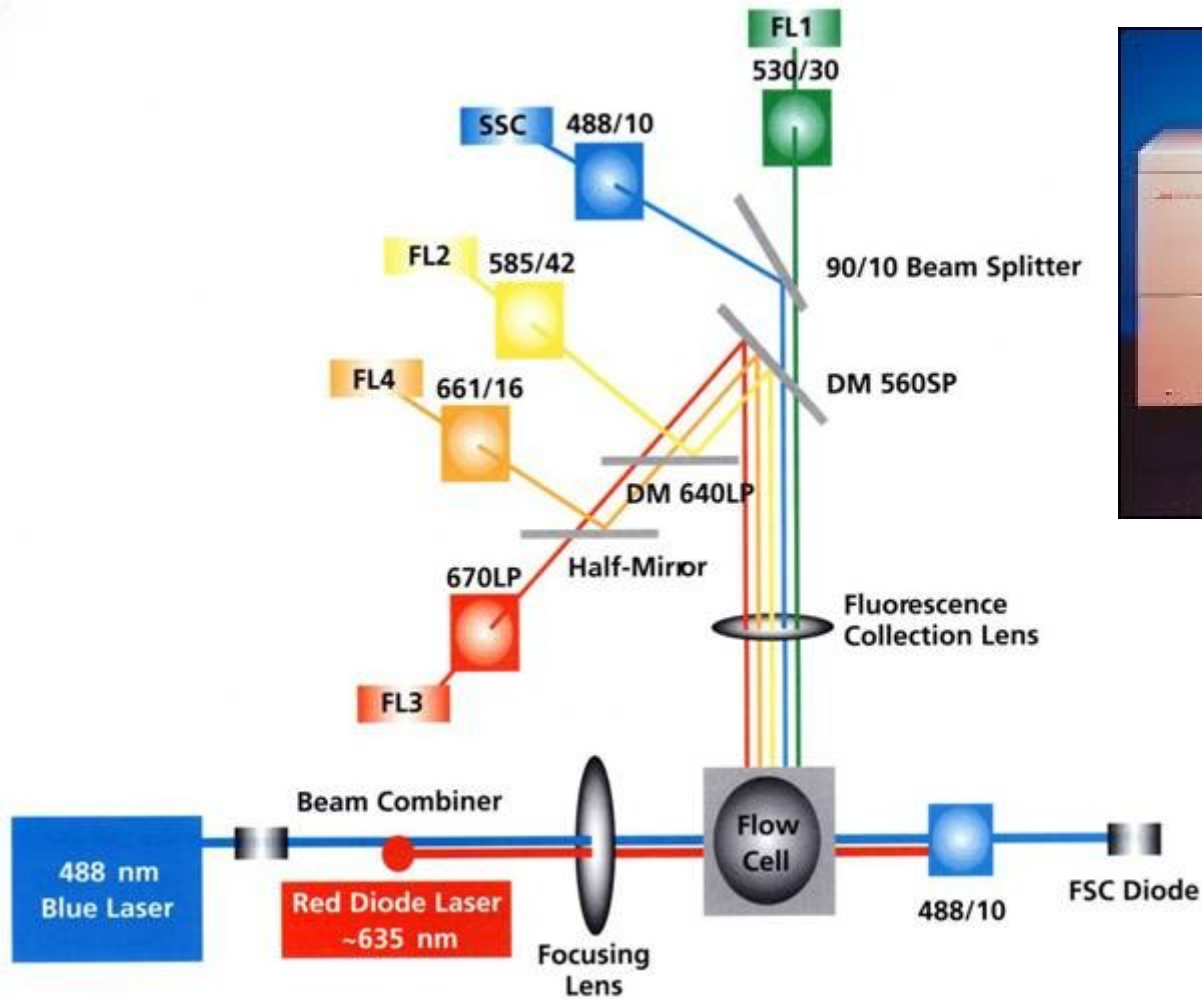
Example Channel Layout for Laser-based Flow Cytometry



Flow cell

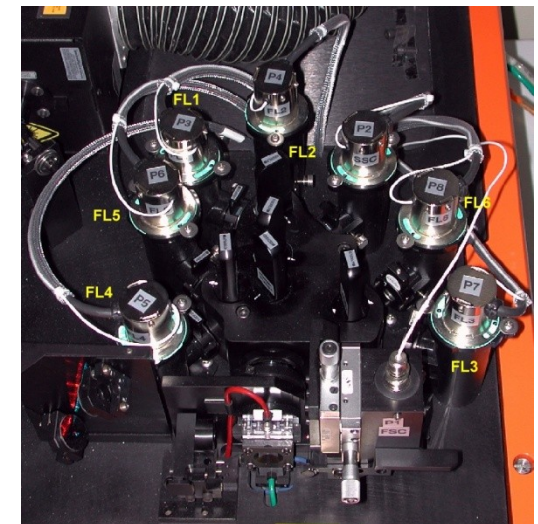
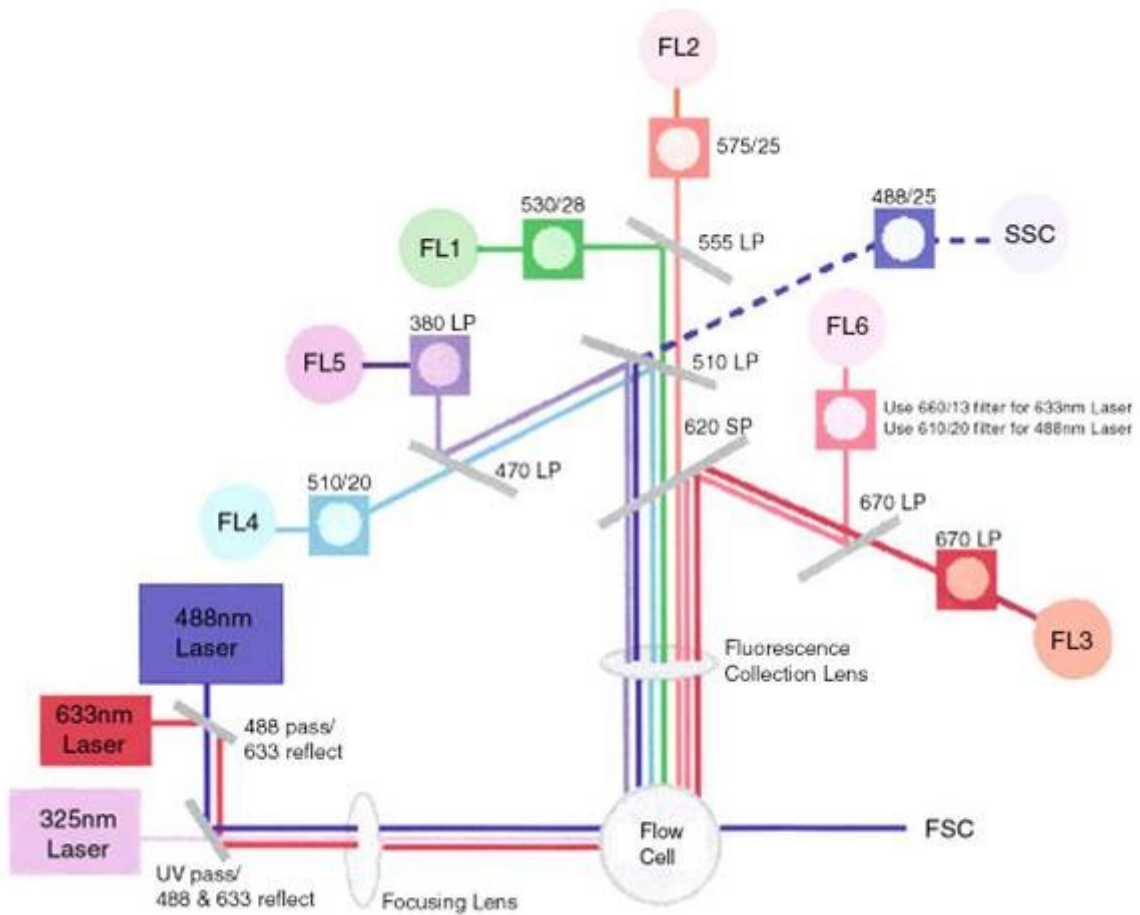


BD FACSCalibur system

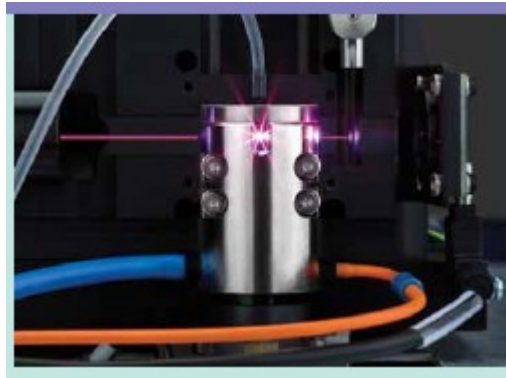


http://www.bdbiosciences.com/immunocytometry_systems/

BD LSR II system

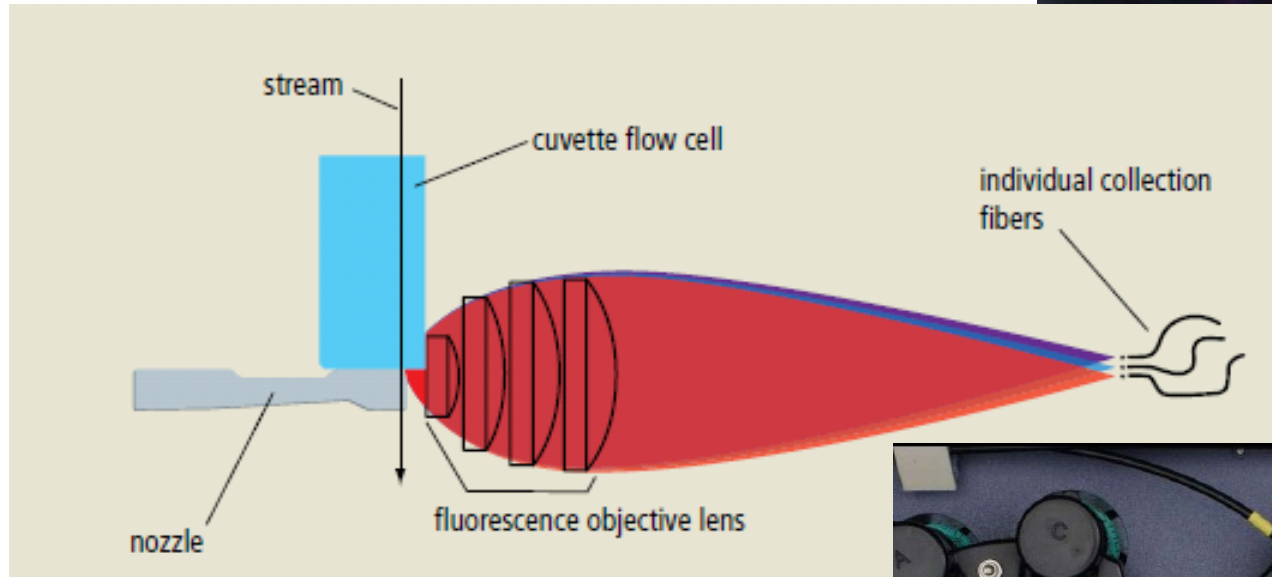
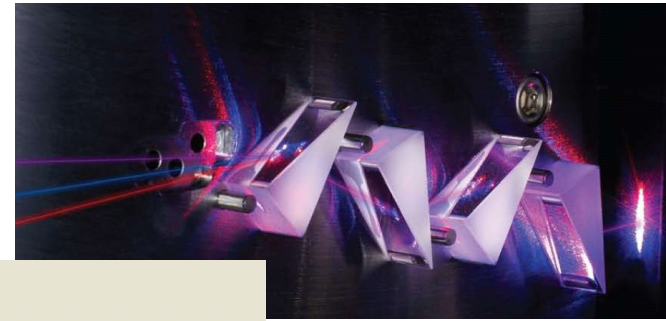


BD FACSVerser system

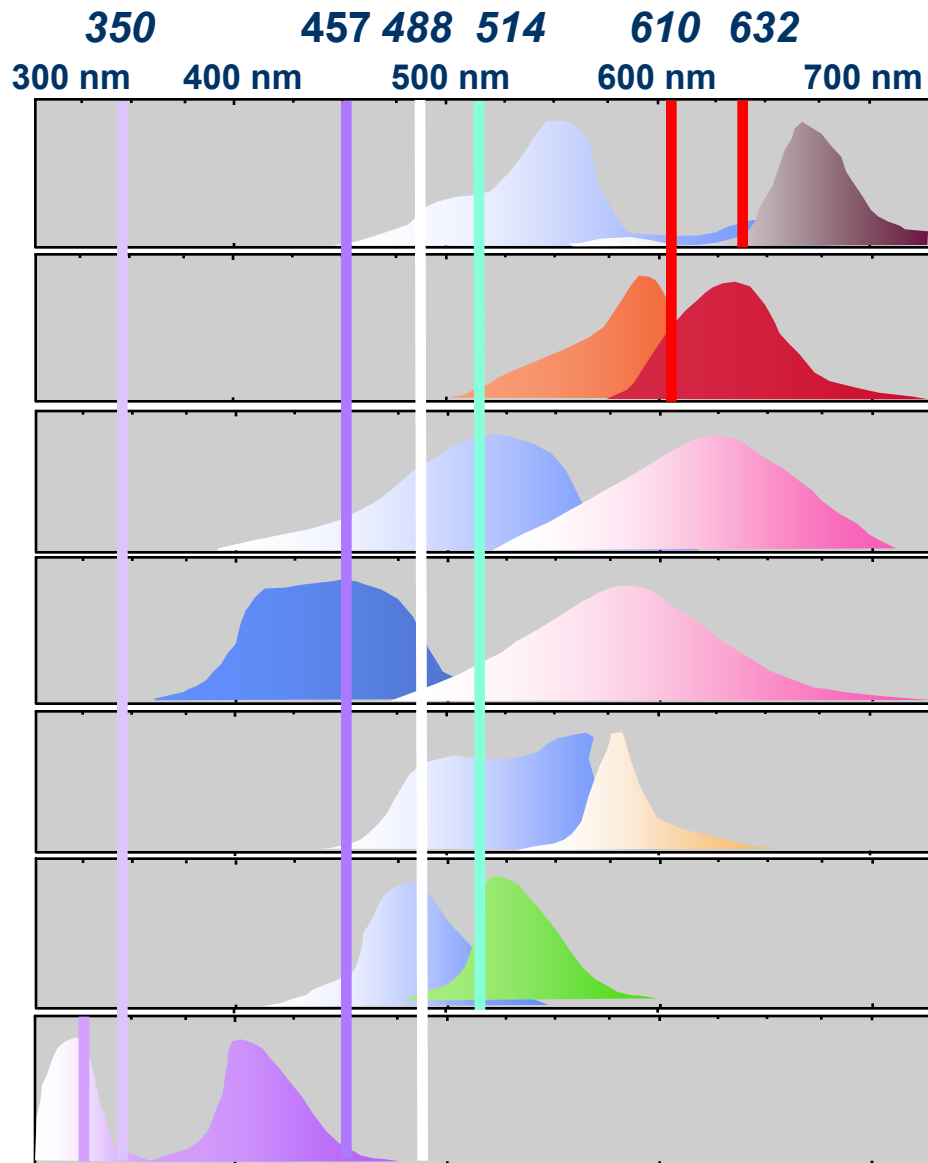


<http://www.bdbiosciences.com/instruments/facsverse/features/index.jsp>

Aria II



**Common
Laser
Lines**



PE-TR Conj.

Texas Red

PI

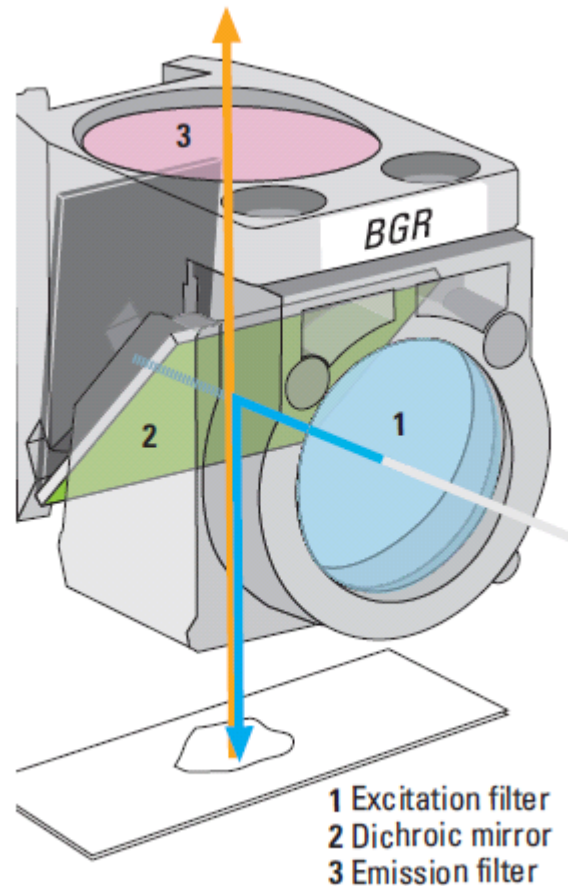
Ethidium

PE

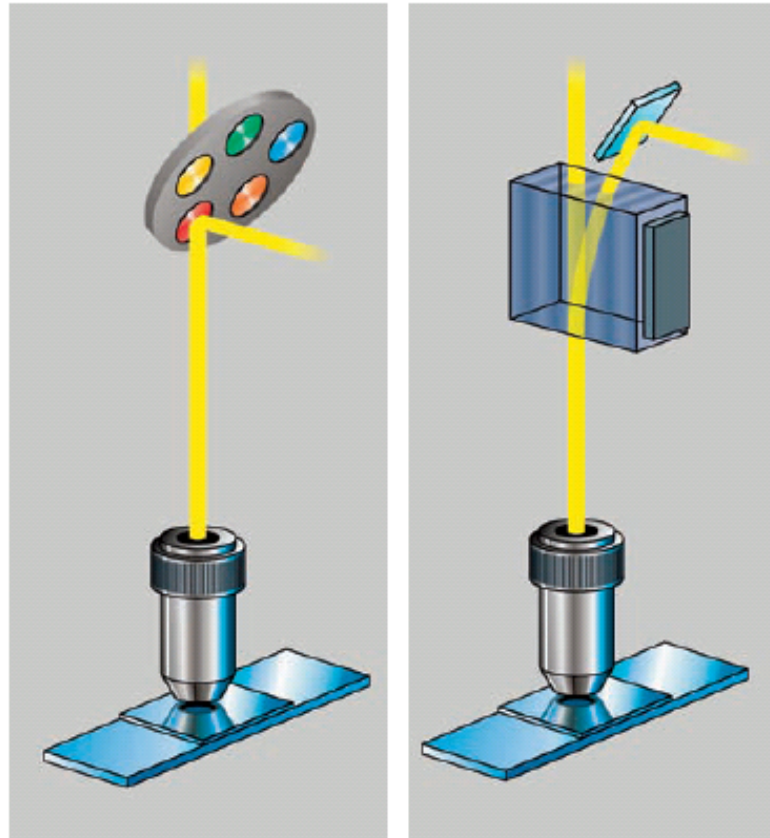
FITC

cis-Parinaric acid

“kostka” pro konvenční fluorescenční mikroskop



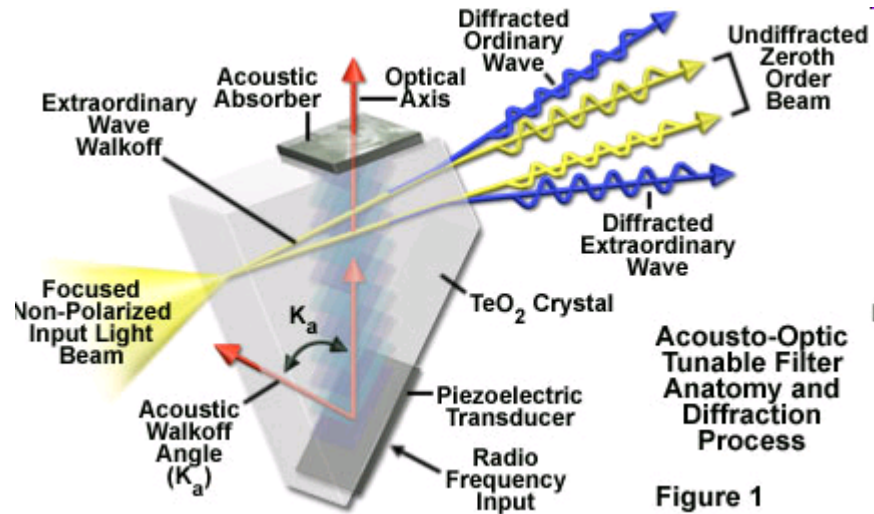
Acousto Optical Beam Splitter AOBS®



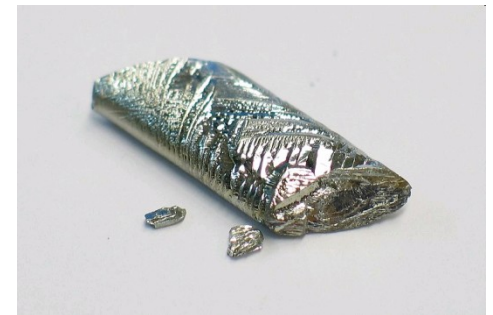
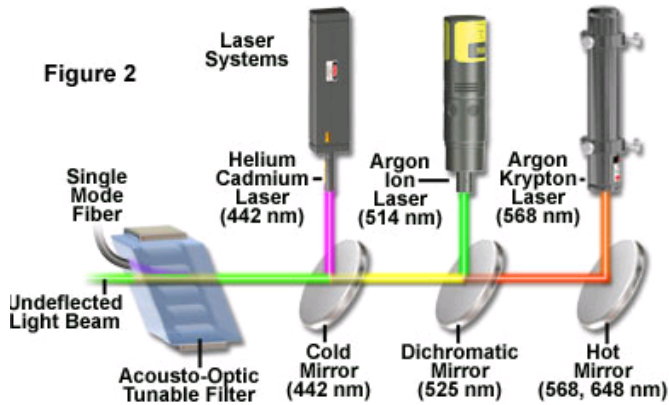
Left: conventional beam splitting by dichroic mirrors requires many optical elements with fixed properties.

Right: the AOBS® is electronically adaptable to all tasks.

Acousto Optical Beam Splitter AOBS®



Acousto-Optic Tunable Filters in Confocal Microscopy

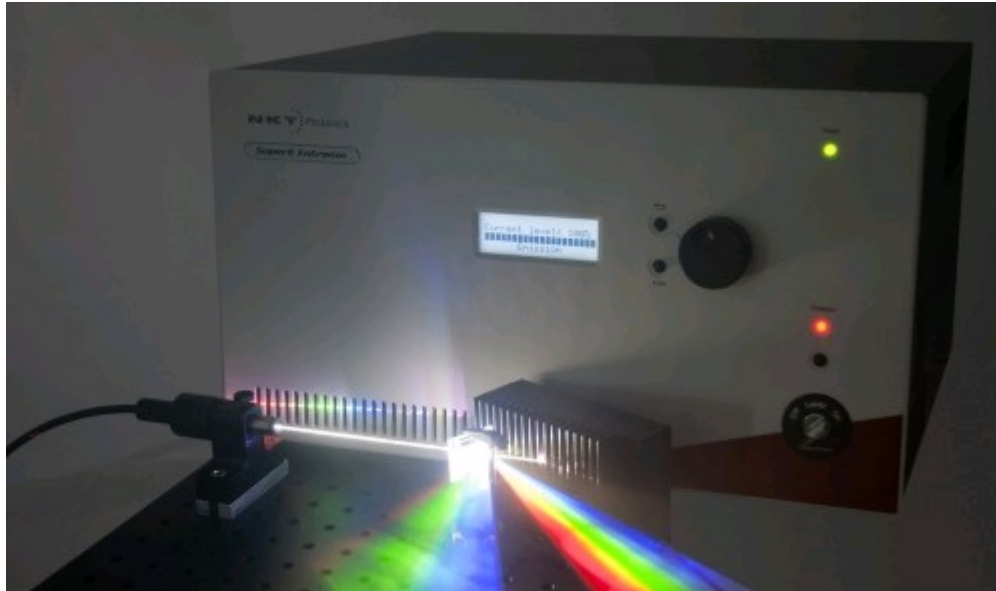


<http://micro.magnet.fsu.edu/primer/java/filters/aotf/index.html>

<http://simple.wikipedia.org/wiki/Tellurium>

Supercontinuum Generation

-a nonlinear process for strong spectral broadening of light



TECHNICAL NOTE

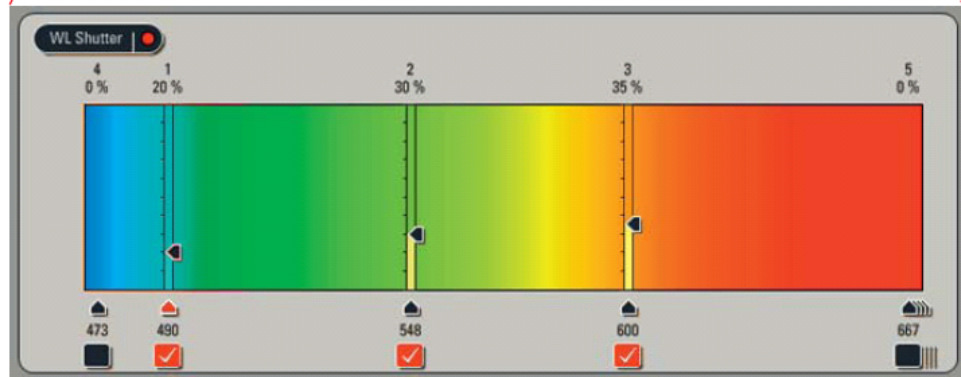
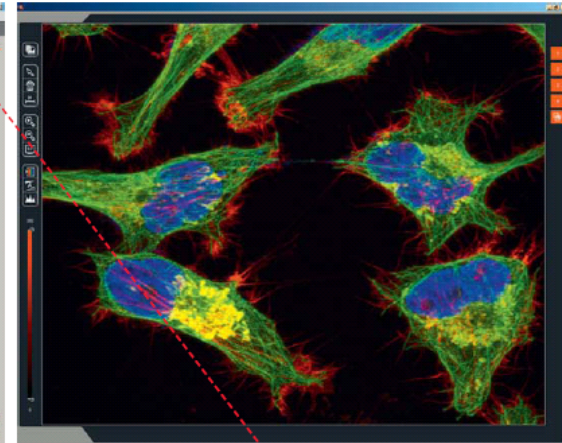
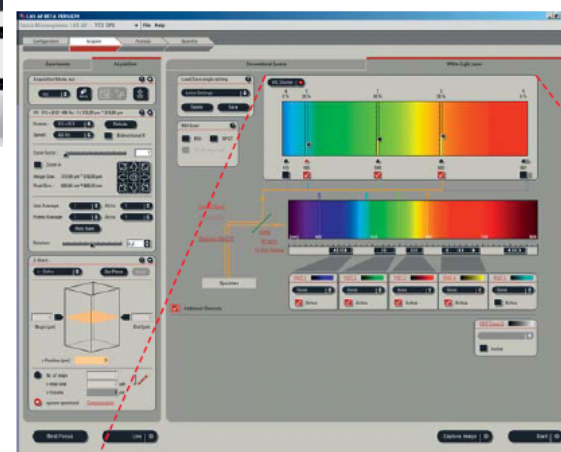
Cytometry

PART A
Journal of the
International Society for
Advancement of Cytometry

Supercontinuum White Light Lasers for Flow Cytometry

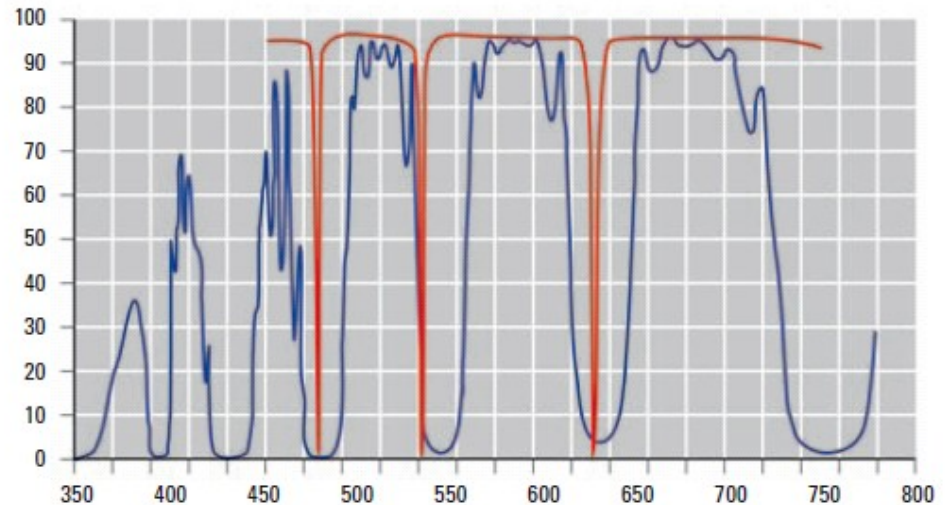
William G. Telford,^{1*} Fedor V. Subach,² Vladislav V. Verkhusha²

Cytometry Part A • 75A: 450–459, 2009



The benefits of AOBS®

- Adaptable to any new dye
- 8 lines simultaneously
- Reflected light imaging
- High transmission
- Truly confocal – real optical sectioning
- Fast switching
- Freely tunable
- Fluorescence correlation spectroscopy with multi-line lasers



Transmission curves

Blue: triple dichroic, blue, green, red

Red: AOBS® tuned to 488, 543, 594, 633 nm

Higher transmission, wider bands and steeper slopes with AOBS®



Fluorescence Spectrum Viewer

<http://www.bdbiosciences.com/spectra/>

Základ průtokové cytometrie

**Fluidní
systém**

Optika

Elektronika

**Sortovací
modul**

Buňky v suspenzi
protékají jednotlivě napříč
osvětlenou částí kde
rozptylují světlo a emitují
fluorescenci,
která je detekována, filtrována a
převedená na digitální hodnoty
uložené do počítače.

Na jejich základě je vybraná
populace separována.

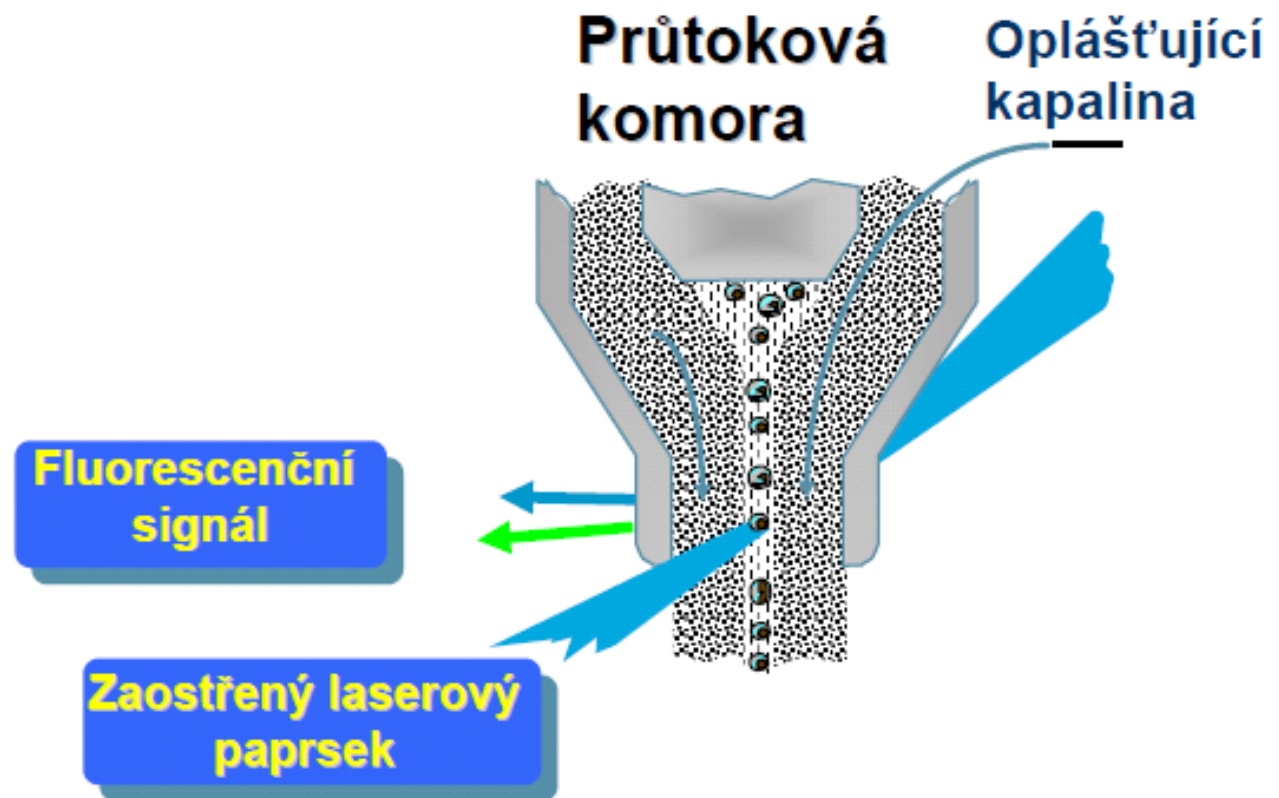


Průtokové systémy a hydrodynamika

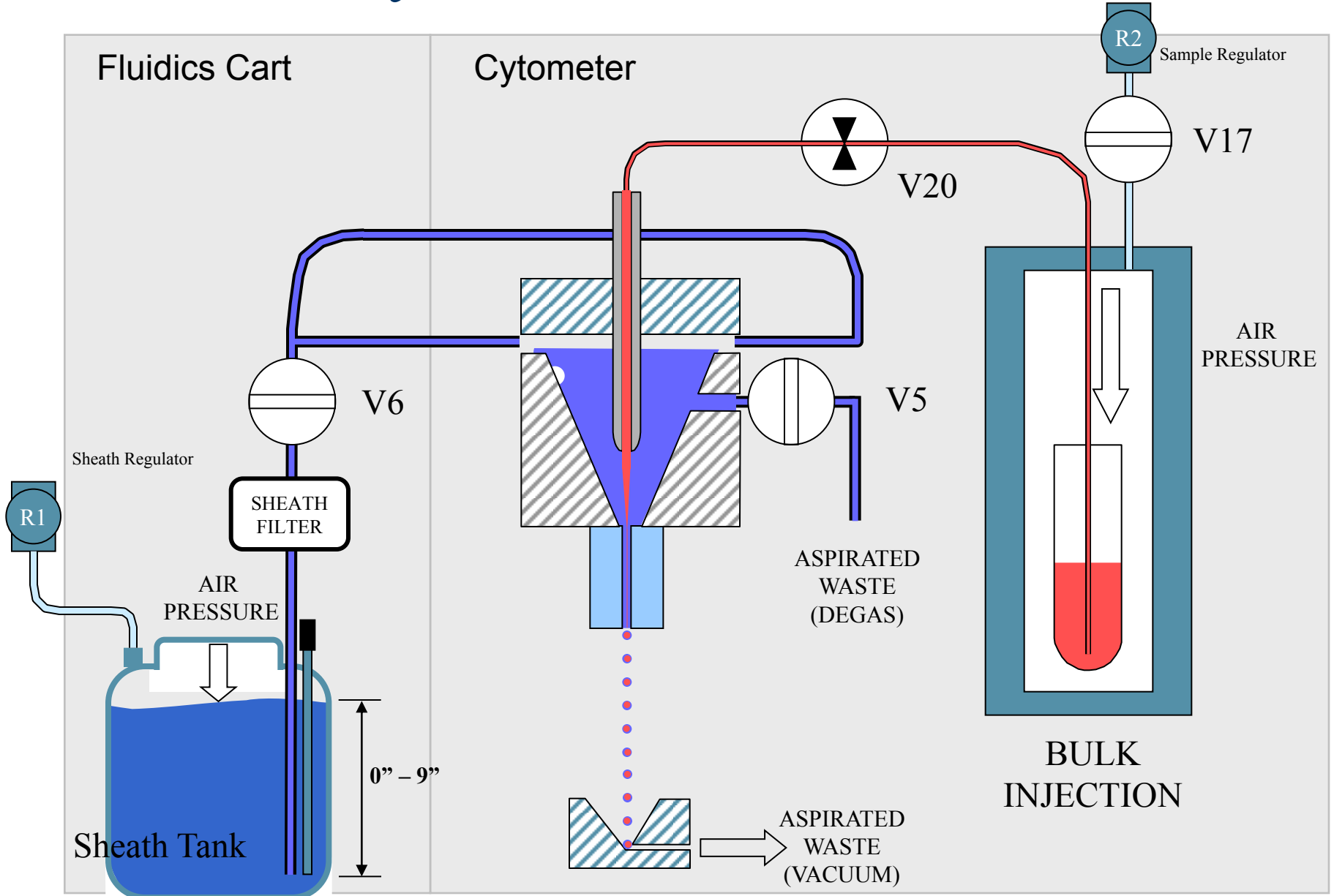
Getting the cells in the right place (at the right time)! (Shapiro, pp 133-143 - 3rd ed)

Průtoková cytometr:

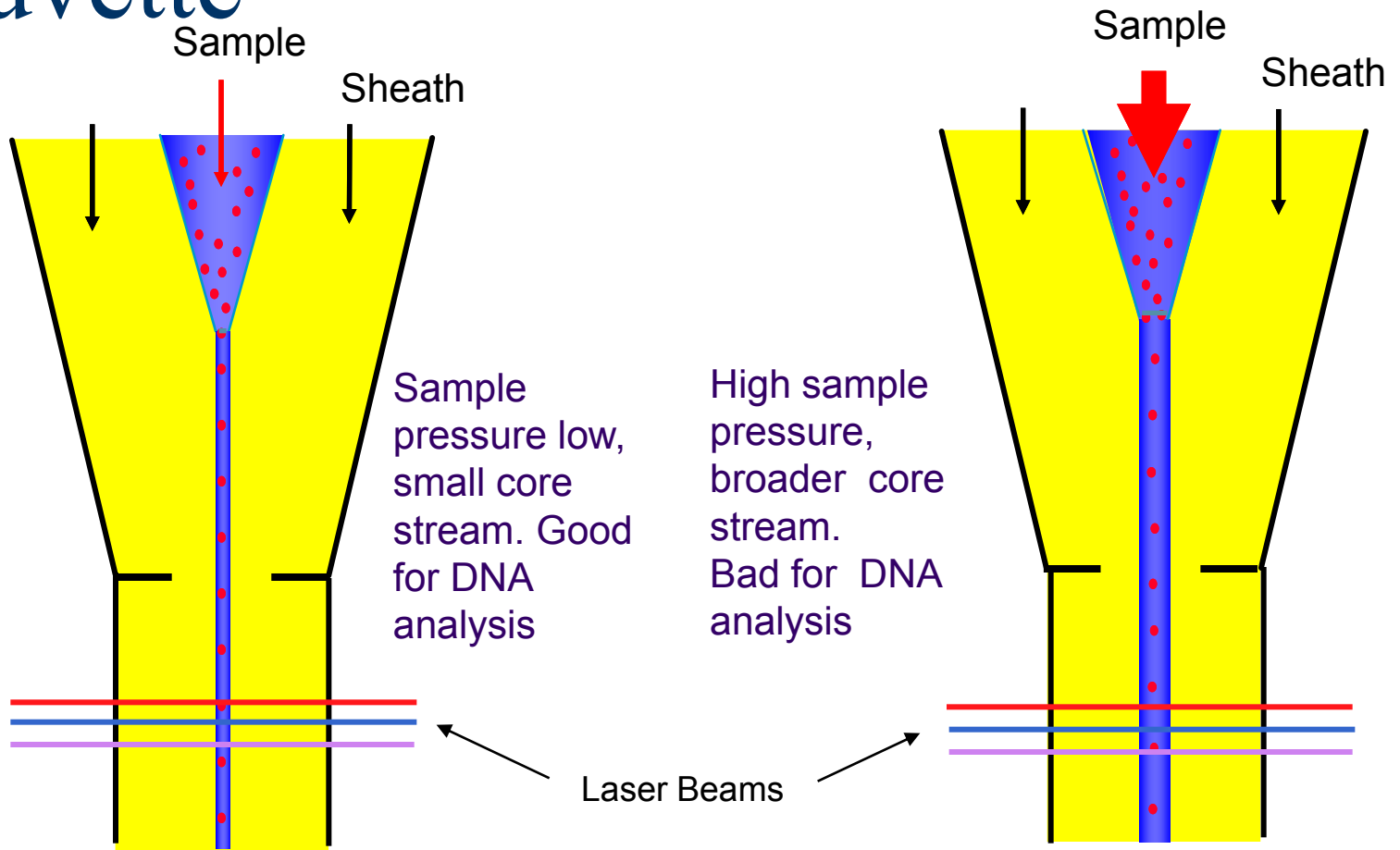
Pomocí hydrodynamicky zaostřeného fluidního systému analyzuje buňky v zaostřeném světelném paprsku (laseru).



Fluidní systém: BD FACSAria II



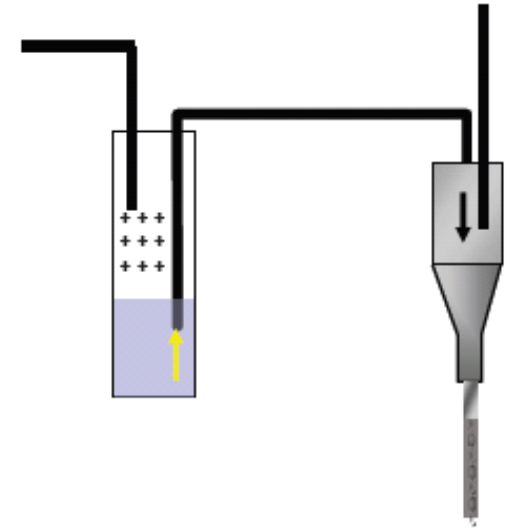
Hydrodynamic focussing in the cuvette



Fluidní systém

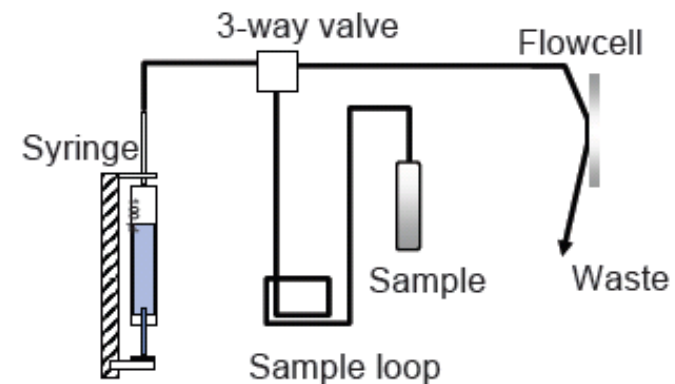
Pozitivní tlakový systém

- založen na rozdílném tlaku mezi nosnou kapalinou a vzorkem
- vyžaduje zdroj vyrovnaného tlaku (vzduch, dusík)
- rychlost průtoku mezi 6-10 m/s



Pozitivní vytlačování injekční systém

- průtok 1-2 m/s
- fixní objem (50 μ l, 100 μ l)
- možnost určení absolutních počtů buněk





Hydrodynamický a fluidní systém

- buňky jsou vždy v suspenzi
- vzorek je obvykle ve fyziologickém roztoku
- nosná kapalina je voda nebo fyziologický roztok
- nosná kapalina pro sortování musí být fyziologický roztok
- vzorky jsou hnány tlakem nebo pomocí pístu



Fluidika

- potřebujeme buňky v suspenzi, protékající v jednom sloupci napříč osvětleným místem
- u většiny zařízení je toho dosaženo injekcí vzorku do proudu nosné kapaliny skrz malý otvor (50-300 μm)



Fluidika

- Pokud jsou podmínky optimální pak vzorek proudí středem bez směšování s nosnou kapalinou
- takový stav nazýváme laminární proudění (**laminar flow**)

Fluidika - Laminární vs. turbulentní proudění

- **Turbulentní** proudění je charakteristické chaotickými (stochastickými) změnami
- **Laminární** proudění – kapalina proudí v paralelních vrstvách které se vzájemně nemísí



Fluidika - Laminární vs. turbulentní proudění

- Osborne Reynolds (1842 -1912) definoval podmínky laminárního proudění (1883)



"http://en.wikipedia.org/wiki/Osborne_Reynolds"

Fluidika - Laminární proudění

- Zda bude průtok laminární je možné určit pomocí **Reynoldova čísla**

$$Re = \frac{d\rho\bar{v}}{\eta}$$

where

d = tube diameter
 ρ = density of fluid
 \bar{v} = mean velocity of fluid
 η = viscosity of fluid

- když $Re < 2300$, průtok je vždy **laminární** (v trubici)
- $Re > 2300$, průtok může být **turbulentní**

Fluidika

- Zavedení malého objemu kapaliny do velkého způsobem, kdy se stává „zaostřeným“ ve směru toku, nazýváme **hydrodynamické zaostřování**.

APPLIED MICROBIOLOGY, Sept. 1972, p. 384-388
Copyright © 1972 American Society for Microbiology

Vol. 24, No. 3
Printed in U.S.A.

Hydrodynamic Focusing and Electronic Cell-Sizing Techniques

M. L. SHULER, R. ARIS, AND H. M. TSUCHIYA

Department of Microbiology, Department of Chemical Engineering and Materials Science, University of Minnesota, Minneapolis, Minnesota 55455

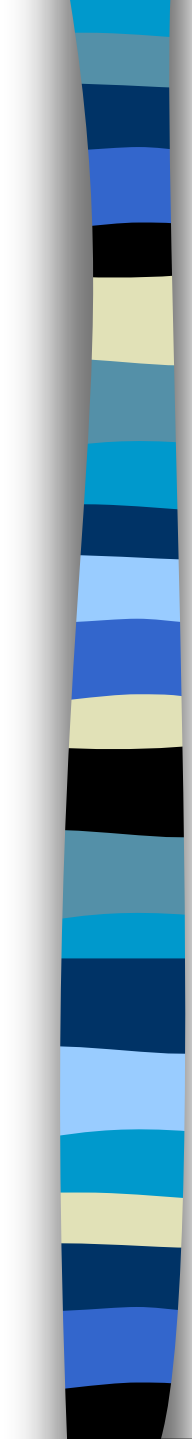
Received for publication 24 May 1972

The technique of hydrodynamic focusing, used to improve the resolution of the Coulter counter for the sizing of bacteria, was examined. Latex particles of $0.26 \mu\text{m}^3$ to $6.7 \mu\text{m}^3$ volume were used to examine the characteristics of the system with and without hydrodynamic focusing. The system then was evaluated for sizing mixed bacterial populations as well as single populations. Possible applications are also discussed.



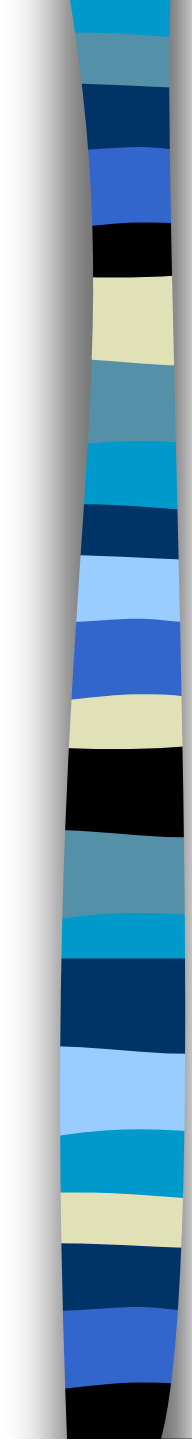
Fluidika

- Jak vstříkovat vzorek a regulovat rychlost proudění?
 - **Rozdílným tlakem**
 - **Volumetrickou injekcí**



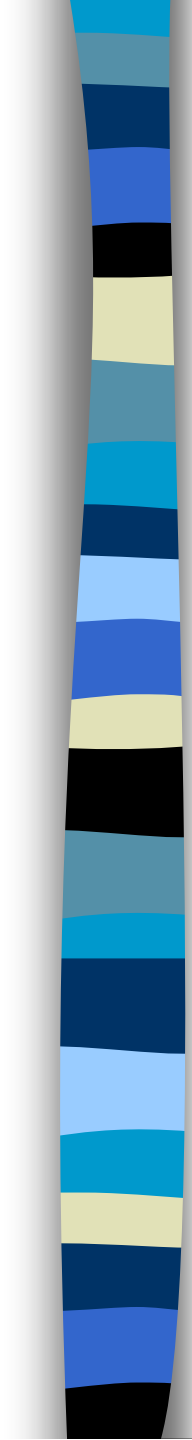
Fluidika – systém s rozdílným tlakem

- Pomocí vzduchu se natlakuje vzorek a zásobník s nosnou kapalinou
- Pomocí tlakových regulátorů se tlak kontroluje odděleně



Fluidika – systém s rozdílným tlakem

- Tlak nosné kapaliny určuje objem v jakém proudí
- Rozdíl v tlaku mezi nosnou kapalinou a vzorkem určuje objem proudícího vzorku
- Kontrola není úplná – změny tření mohou způsobit změny v rychlosti proudění vzorku



Fluidika – systém s volumetrickou injekcí

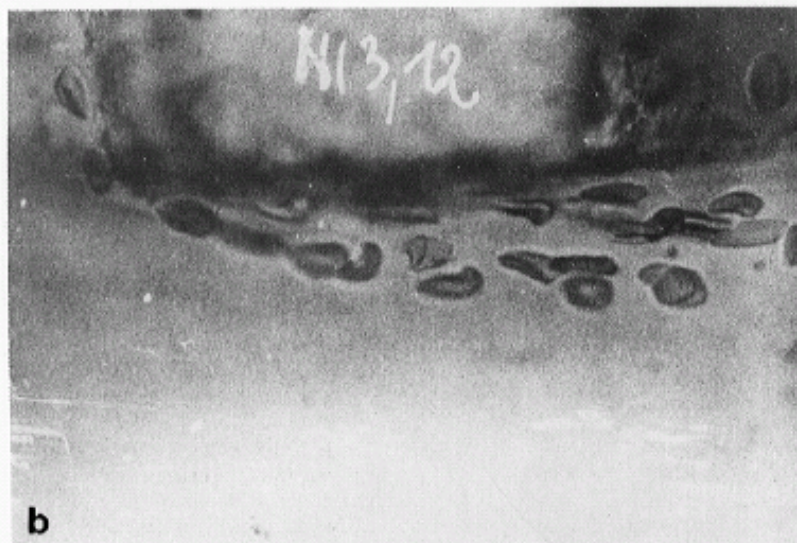
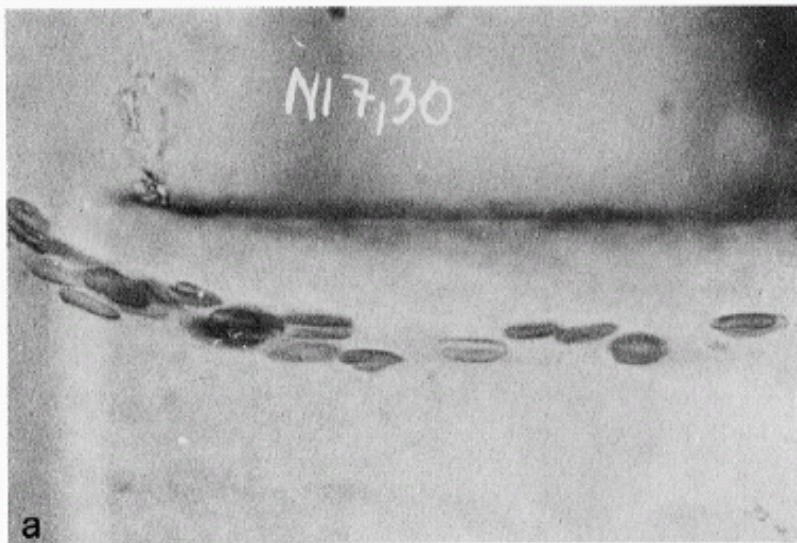
- Pomocí vzduchu tlakuje nosnou kapalinu
- Pomocí pístu injikuje vzorek
- **Objem proudícího vzorku** může být regulován rychlostí pohybu pístu
- Kontrola je úplná (za normálních podmínek)



Fluidika – orientace a deformace částic

- Během hydrodynamického ostření jsou buňky vystaveny třecímu stresu na různých místech jejich povrchu.
- Tření způsobuje jejich orientaci delším koncem ve směru proudění.
- Stres může také způsobit jejich deformaci.

Fluidika – orientace a deformace částic



“a: Native human erythrocytes near the margin of the core stream of a short tube (orifice). The cells are uniformly oriented and elongated by the hydrodynamic forces of the inlet flow.

b: In the turbulent flow near the tube wall, the cells are deformed and disoriented in a very individual way. $v > 3$ m/s.”

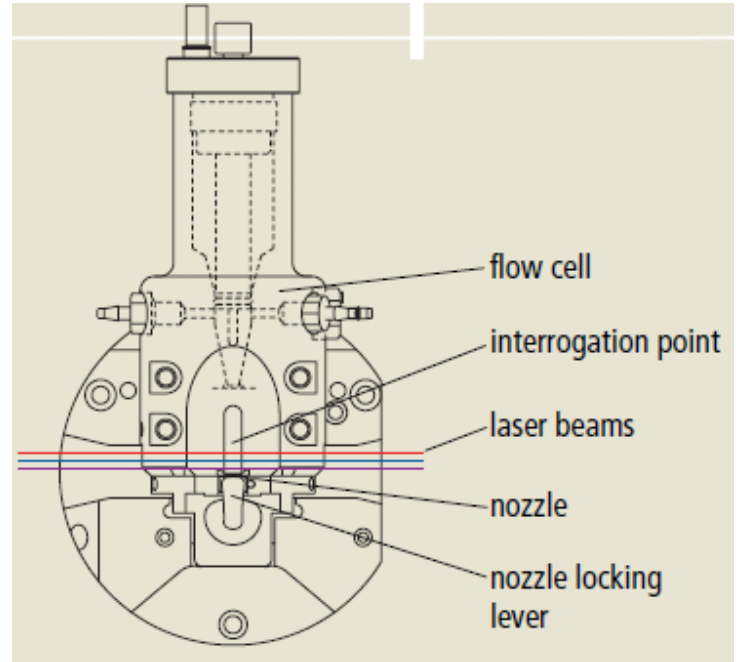
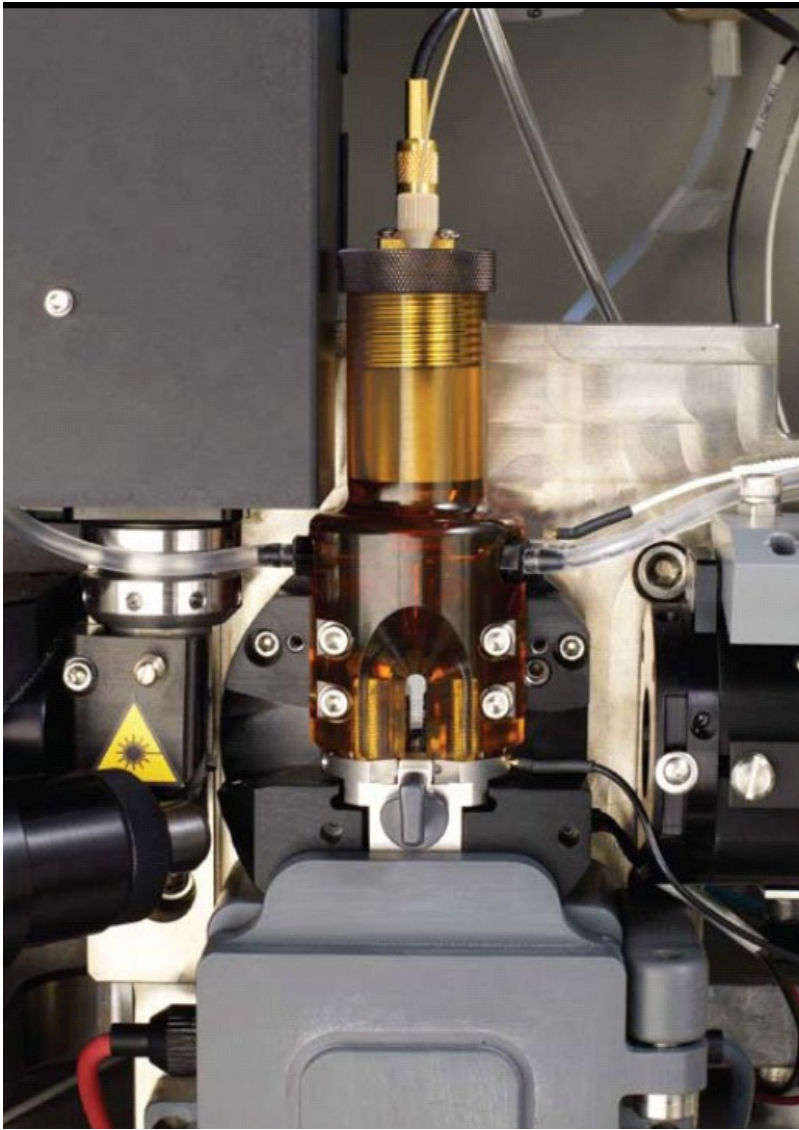
Image from V. Kachel, et al. – **Melamed** Chapt. 3



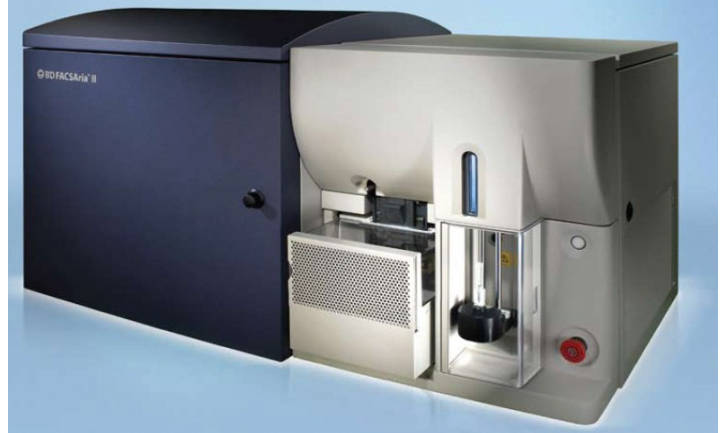
Fluidika – průtokové komory

■ Průtokové komory

- Určují osu a velikost průtoku nosné kapaliny a vzorku
- Vymezují místo pro hydrodynamické zaostření
- Slouží také jako místo kde dochází k ozáření buněk zdrojem světla



BD FACSAria II





Fluidika – průtokové komory

Základní typy průtokových komor

– **Jet-in-air**

- Nejlepší pro sortování, horší optické vlastnosti

– **Flow-through cuvette**

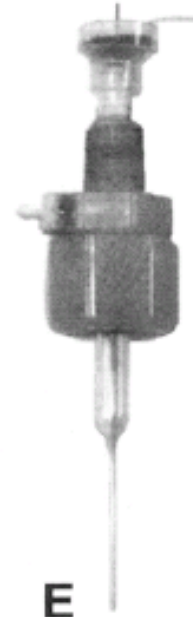
- Výborné optické vlastnosti, může být použita pro sortování

– **Closed cross flow**

- Nejlepší optické charakteristiky, nelze sortovat

– **Open flow across surface**

- Nejlepší optické charakteristiky, nelze sortovat



A

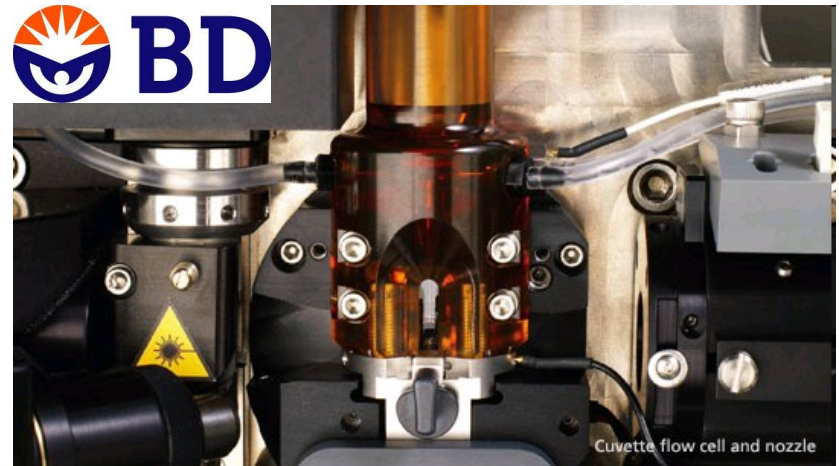
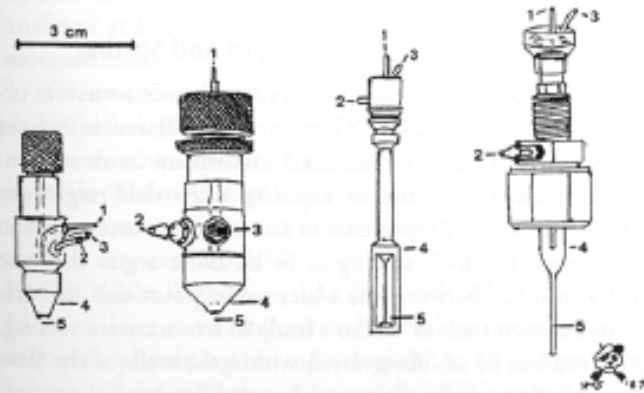
B

C

D

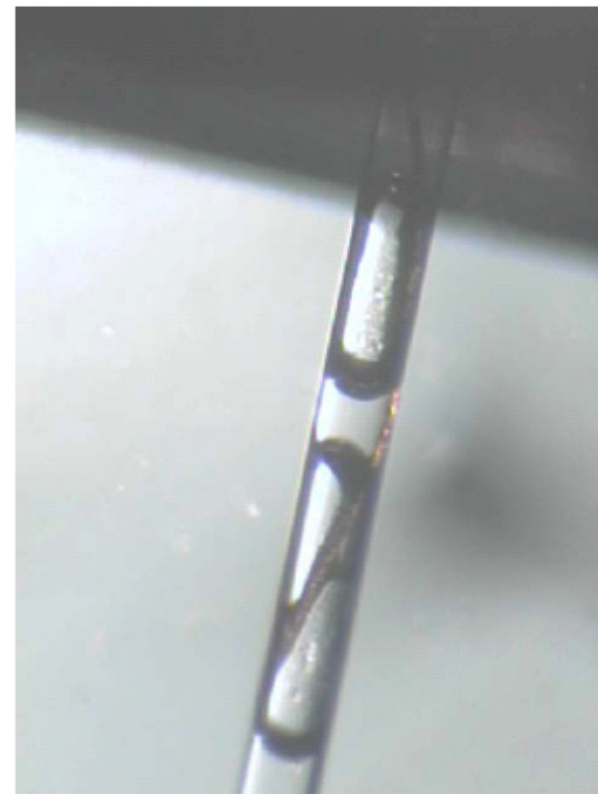
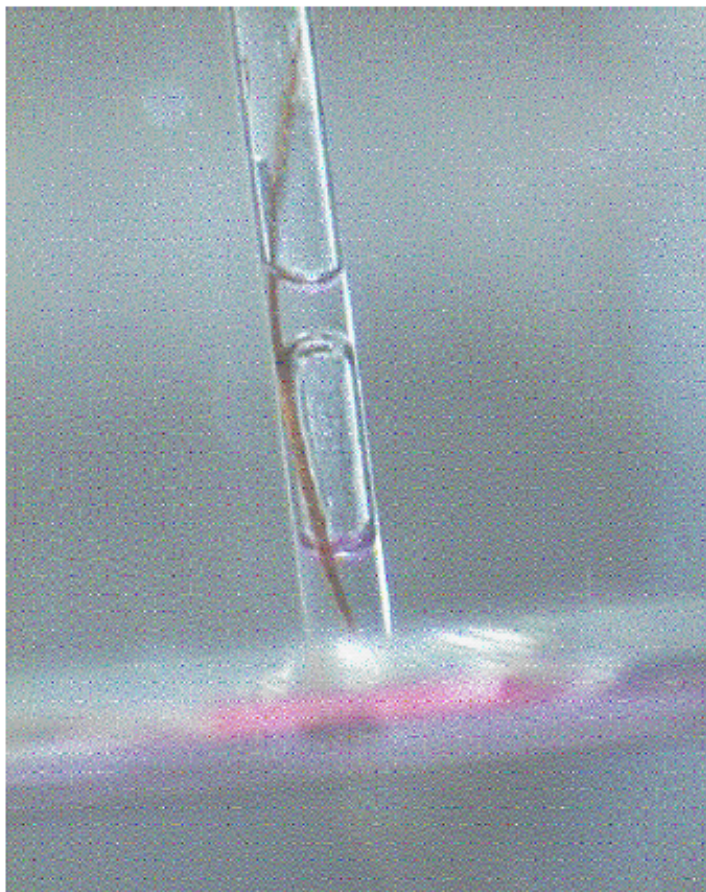
E

3 cm

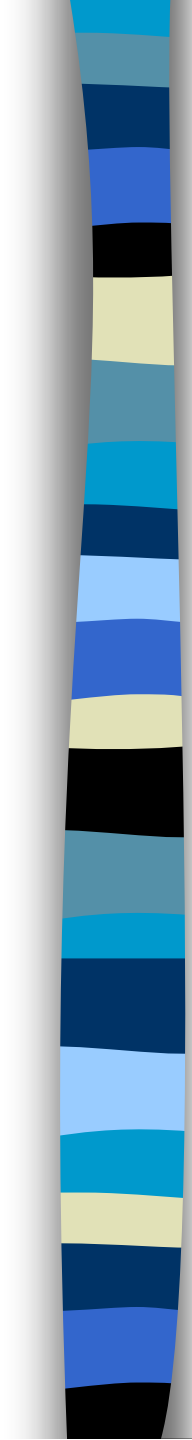


Cuvette flow cell and nozzle

Zanesení průtokové komory



Lidský vlas zablokuje komoru a kompletně naruší kvalitu proudění.



Fluidika - shrnutí

- Průtok musí být laminární (Reynoldovo #)
 - $R_e < 2300$, flow je vždy **laminární**
- Vzorky mohou být injikovány a nebo proudit na základě rozdílných tlaků
- Existuje mnoho typů průtokových komor
- Pro přesnost měření je nutné odstranit a zabránit ucpání komory



Fluidika – shrnutí 2

- tlak nosné (oplašťující) kapaliny vede pufr kyvetou a vyšší tlak ve zkumavce se vzorkem zavádí vzorek do kyvety.
- Princip hydrodynamického zaostření zarovná buňky v kyvetě „jako perly na šňůrce“ předtím než dojdou do bodu kde protnout paprsek laseru.
- Hydrodynamické zaostření nemůže oddělit buněčné agregáty. Průtoková cytometrie vyžaduje suspenzi jednotlivých buněk!

Shrnutí přednášky

- Světlo
- Fluorescence
- Zdroje světla a optické systémy průtokového cytometru
- Fluidní systémy

Na konci dnešní přednášky by jste měli:

1. znát základní principy rozptylu světla a
2. fluorescence;
3. vědět jaké zdroje světla se využívají v průtokové cytometrii;
4. a jakým způsobem je detekováno;
5. znát základní principy fluidních systémů a laminárního proudění.