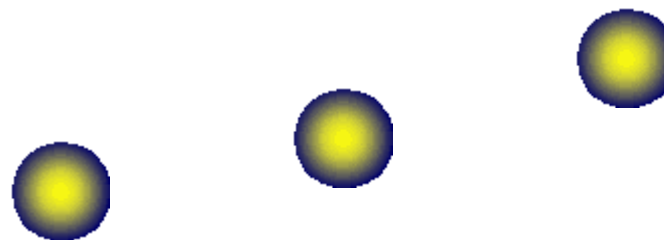


# Přednášky z lékařské biofyziky

**Bezpečnostní aspekty změn tlaku vzduchu a tíhového zrychlení. Biologické účinky ultrazvuku**



# Obsah přednášky

Rizika spojená s příliš nízkým nebo vysokým tlakem vzduchu

Rizika plynoucí ze změn tíhového zrychlení, stavu beztíže, kinetózy

Rizika plynoucí z vysokých intenzit ultrazvuku, ultrazvuková kavitace

# Rizika nízkého tlaku vzduchu

Atmosférický tlak klesá s výškou exponenciálně, jeho poloviční hodnoty je dosaženo ve výši 5400 m nad mořem (přibližně 80%-ní sycení krve kyslíkem).

Při rychlých výstupech nad 3000 m vzniká u netrénovaných osob **výšková hypoxie** (nevolnost, bolesti hlavy). První reakcí je zrychlené mělké dýchání  $\Rightarrow$  roste parciální tlak kyslíku v alveolech a tím i saturace hemoglobinu kyslíkem. Později dochází k uvolnění erytrocytů z rezervních prostorů, zvýšení srdečního výkonu a tepové frekvence (tachykardie). Zásobení mozku a srdce kyslíkem se zvyšuje.

# Rizika zvýšeného tlaku vzduchu

Přetlak zvyšuje parciální tlaky dýchacích plynů a jejich obsah v krvi. Když se okolní tlak sníží na normální hodnotu, přebytečné dýchací plyny difundují z tkání do krve a do alveolárního vzduchu.

Problémy nastávají při rychlé dekompresi. Nadbytečný kyslík je rychle metabolizován, avšak dusík zůstává ve tkáních a krvi v podobě bublin  $\Rightarrow$  **dekompresní** neboli **kesonová nemoc**. (Keson je komora bez dna používaná pro práce pod vodou. Zvýšený tlak vzduchu brání jejímu naplnění vodou.) Negativně jsou ovlivněny klouby, mozek a srdeční sval  $\Rightarrow$  bolesti v kloubech a ve svalech, bolest hlavy, nevolnost a zvracení. Bubliny  $N_2$  způsobují plynovou embolii v srdečních cévách. S touto nemocí se často setkáváme u potápěčů.

# Barokomory a dysbarismus

**Hypobarické komory:** Využití při léčbě respiračních onemocnění – snížení tlaku o 20 - 40 kPa. Roste dechový objem i frekvence (též uvolňování CO<sub>2</sub>). Plíce jsou lépe prokrveny – je usnadněno vykašlávání a je tlumen úporný kašel.

**Hyperbarické komory (barokomory) pro fyziologickou dekompresi** jsou používány nejen pro terapii dekompresní neboli kesonové nemoci. Po rychlém vynoření z hloubky je provedena terapeutická rekompresa v komoře následovaná pomalou dekompresí. Léčba kyslíkem je také účinná.

Přetlak používaný pro jiné terapeutické účely se pohybuje v rozmezí 26 - 54 kPa, někdy i více. Hyperbarické komory (barokomory) se používají v kombinaci s kyslíkovou terapií (dýchání kyslíku pod tlakem). Tato léčba je aplikována u některých respiračních onemocnění, při otravách CO a kyanidy, popáleninách aj.

# Barokomora – pohled do jejího nitra



V zadní části komory vidíme přístroj pro oxygenoterapii. Zdravotnický personál někdy pacienta do nitra komory doprovází.

# Dysbarismus

Dysbarismus je označením pro problémy způsobené malými změnami tlaku vzduchu (do 5 kPa) – zejména během letecké přepravy. Bolest v uších je výsledkem relativního přetlaku nebo podtlaku ve středoušní dutině, což vede k napínání ušního bubínku. Často k tomu dochází při neprůchodnosti Eustachovy trubice. Opakované polykání napomáhá vyrovnávání tlaků.

# Rizika plynoucí ze změn tíhového zrychlení

Lidé jsou přizpůsobeni normální hodnotě **tíhového zrychlení**,  $g = 9,81 \text{ m}\cdot\text{s}^{-2}$ . Při letecké a kosmické dopravě se v důsledku působení sil setrvačnosti objevují zrychlení několikanásobně vyšší.

**Kladné zrychlení** – síla směřuje od hlavy k nohám. Krev se pohybuje ve stejném směru  $\Rightarrow$  nedokrevnost mozku a hromadění krve v dolních končetinách. Snížení tlaku krve v mozku způsobuje ztrátu vědomí a tzv. bílou slepotu (nedokrevnost sítnice). Kritická hodnota: kolem +5g.

**Záporné zrychlení** – síla směřuje od nohou k hlavě. Krev se hromadí v hlavě, způsobuje překrvení sítnice – červenou slepotu – objevuje se krvácení do sítnice a do mozku. Kritická hodnota: kolem -3g.

**Příčné zrychlení** – síla je kolmá k ose těla. Kritická hodnota: asi 18 g.

Účinky zvýšeného tíhového zrychlení mohou být omezeny vhodnou polohou těla a tzv. antigravitačními obleky.



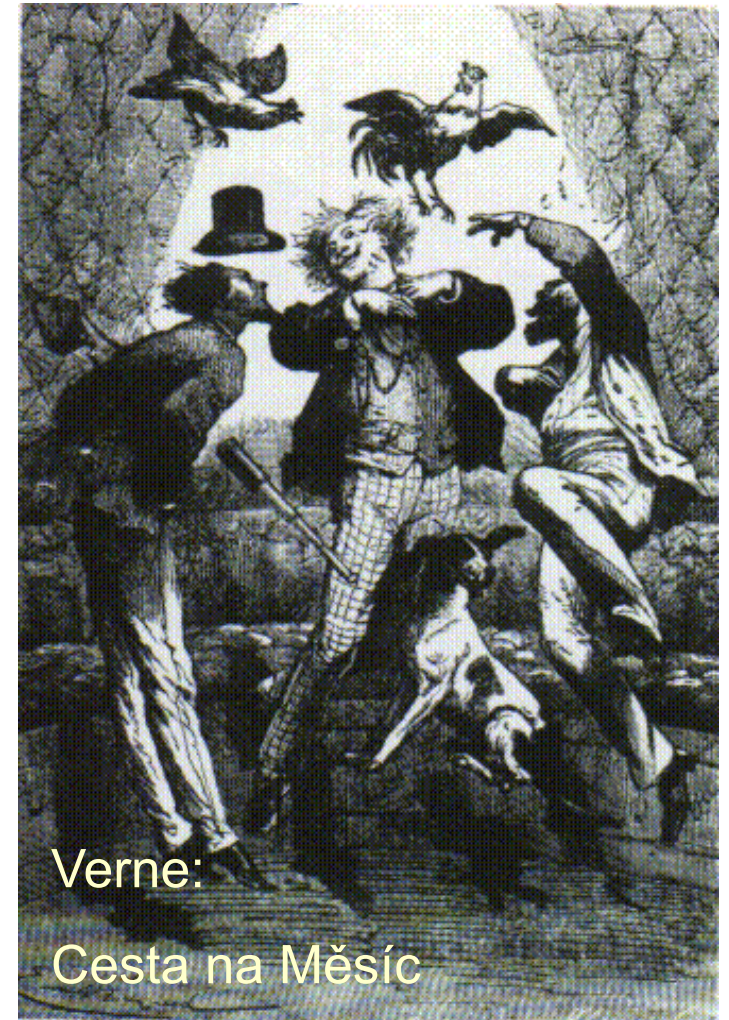
**Účinky zvýšeného tíhového zrychlení se mohou projevit zejména u vojenského letectva a při letech do vesmíru.**



# Stav beztíže

Na oběžné dráze kolem Země nastává **stav beztíže**. Způsobuje poruchy v nervosvalové koordinaci z důvodu chybějících podnětů přicházejících z končetin a z důvodu zkresleného vnímání polohy těla vlivem chybné funkce statokinetického ústrojí.

V průběhu dlouhodobých pobytů ve stavu beztíže nastává pokles svalové síly a odvápnování kostí. Snížená zátěž pohybového ústrojí může být nahrazena cvičením.



Verne:

Cesta na Měsíc

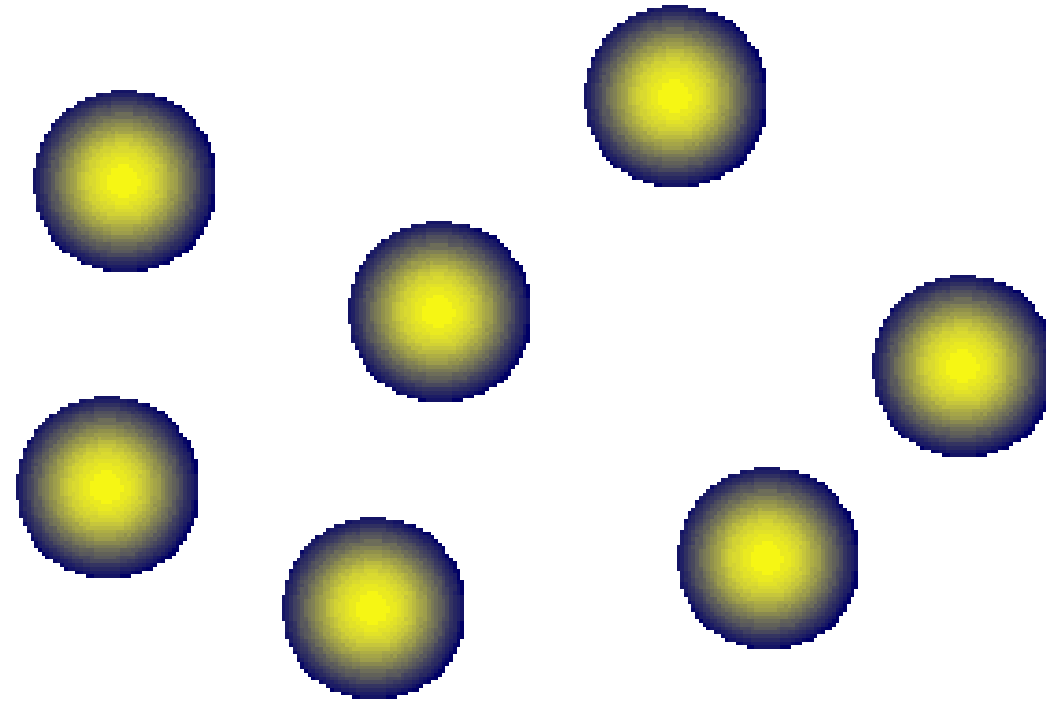
# Kinetózy

Nepravidelné zrychlování a zpomalování dopravních prostředků vyvolává u citlivých osob **kinetózu** (mořská nemoc apod.). Tato porucha nervového systému se projevuje bledostí, povrchním a zrychleným dýcháním, nevolností a zvracením.

# Rizika spojená s působením ultrazvuku

- **Pasivní a aktivní interakce ultrazvuku**
- **Aktivní: tepelné, kavitační a jiné účinky**
  - **Kavitační** – viz dále
  - **Tepelné** – viz přednáška o fyzikální léčbě
  - **Jiné účinky** – tixotropie a emulgace, zvyšování propustnosti membrán, zrychlení difuze – zvyšování rychlosti některých chemických reakcí aj.

# Biofyzikální aspekty ultrazvukové kavitace



# Historická pozorování kavitace a první pokus o matematické zpracování problému



Sir John Isaac Thornycroft (1843 - 1928, britský loďář) a Sidney Barnaby pozorovali účinky kavitace vznikající při turbulentním proudění vody kolem lodního šroubu (1895, torpédoborec HMS Daring)



Lord (John William Strutt) Rayleigh, 1842 – 1919, popsal matematicky jako první radiální kmity bubliny v kapalině – na objednávku britského válečného námořnictva.

# Od sonaru Paula Langevina k ultrazvukové terapii a diagnostice



Po potopení Titanicu (1912) a ponorkové válce vzrůstá potřeba včasné výstrahy. **Paul Langevin** (1872 – 1946) společně s Chilowskim si nechávají patentovat ultrazvukový echolokační systém (1918). Tím také vznikl účinný a regulovatelný zdroj ultrazvuku neseného vodou.

Wood a Loomis (1926, 1927) – chem. and biol. účinky UZ kavitace.

Sokolov (1937), Firestone (1942) - UZ defektoskopy

40. Léta 20.stol. – počátky UZ terapie

50. Léta 20. stol. – první aplikace UZ v zubním lékařství a diagnostice

# Co to je kavitace?

Radiální kmity plynem naplněných mikrobublin

Dva hlavní druhy kavitace:

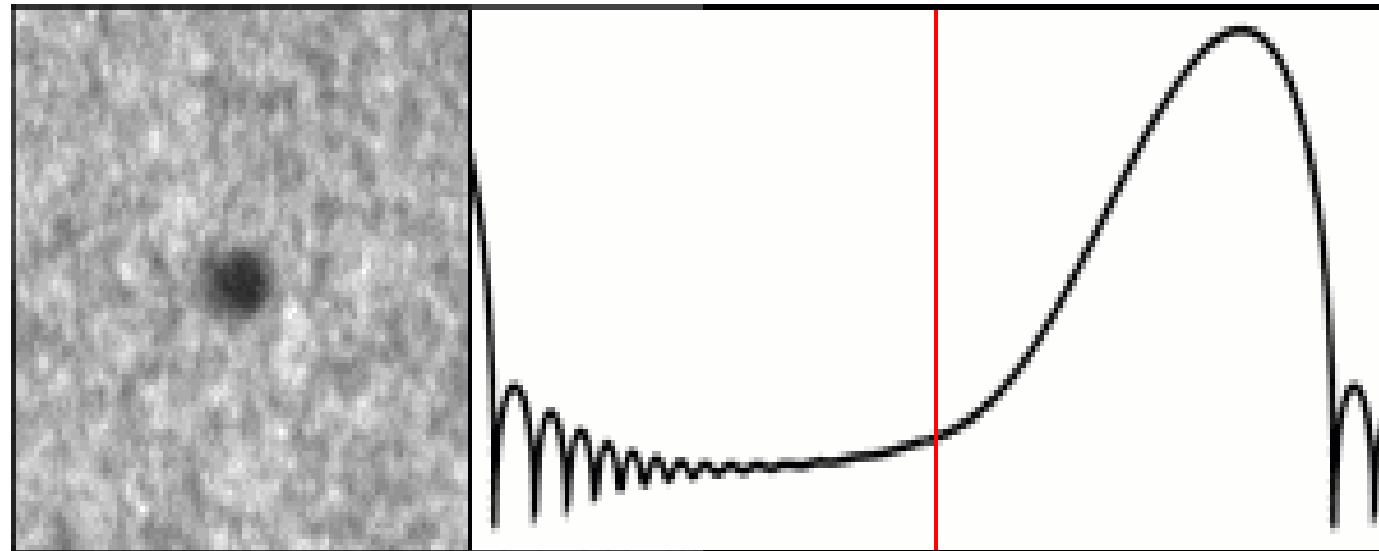
- Přechodná (též kolapsová) -  $I_{UZ}$  nad  $\sim 100 \text{ W/cm}^2$  (1 MW/m<sup>2</sup>)
- Rezonanční neboli pseudokavitace -  $I_{UZ}$  nad  $\sim 0,2 \text{ W/cm}^2$  (2 kW/m<sup>2</sup>)

Kavitační prahy: (obecně různé) – pro mechanické účinky, sonoluminiscenci, chemické účinky, Blakeův práh (nástup přechodné kavitace).

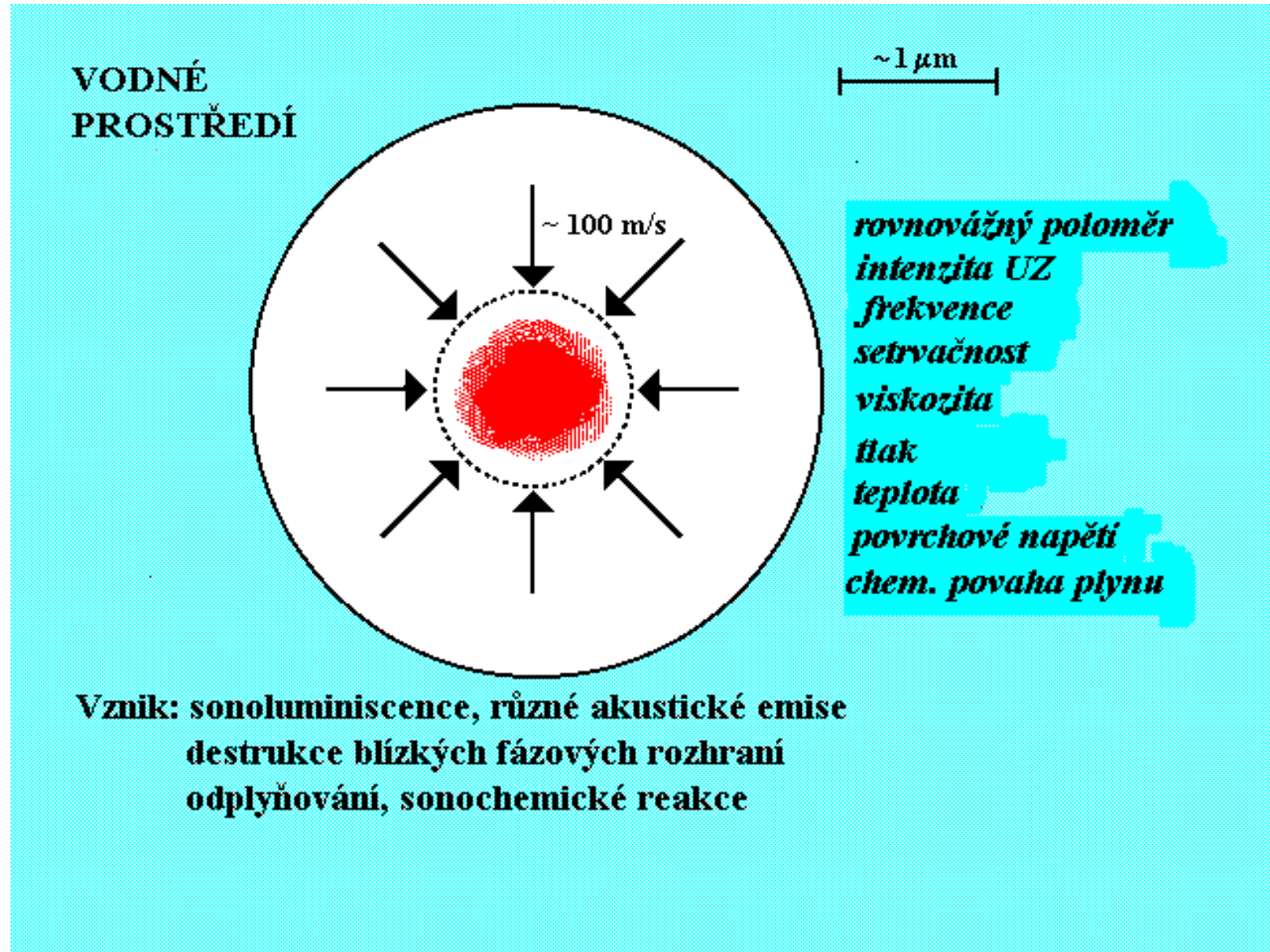


# Kmity kavitační bubliny

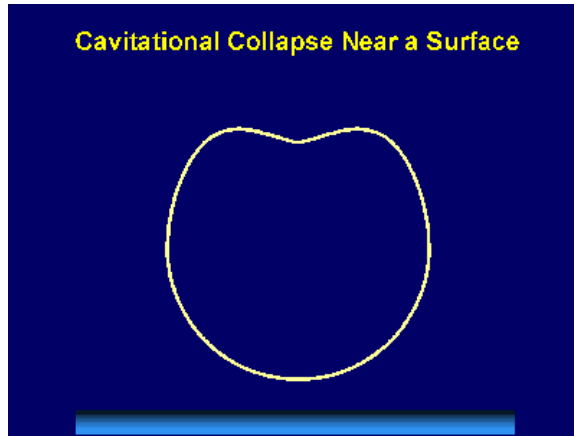
Kmity kavitačních bublin nejsou harmonické (tj. závislost  $r = f(t)$  není sinusová) – na rozdíl od ultrazvukových vln v okolní kapalině.



# Kmity mikrobubliny

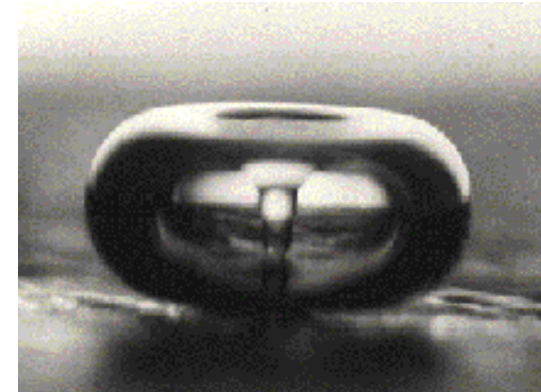


# Chování mikrobublin na rozhraní pevných látek a kapalin



<http://www.scs.uiuc.edu/~suslick/execsum/msono.html>: THE CHEMICAL AND PHYSICAL EFFECTS OF ULTRASOUND  
Kenneth S. Suslick

Crum L.A., Cavitation microjets as a contributory mechanism for renal calculi disintegration in ESWL, J. Urol. 140, 1988, p. 1587 - 1590



Mikrofotografie leštěného mosazného povrchu se stopami kavitačního poškození.

# Jak studovat kavitaci?

**Teoretický problém:** Kavítace je jev na pomezí makro- a mikrosvěta – kavitační bublina je příliš malá a nestabilní pro klasickou fyzikální analýzu a příliš velká pro kvantově-mechanickou analýzu.

Matematické modely kmitů bublin jsou velmi složité a popisují téměř výhradně jen jednotlivé kmitající bubliny.

**Experimentální problém:** Jak působí kavítace v nitru živého organismu? Jak je sama kavítace ovlivněna biologickým prostředím? Lze zkoumat kavitaci in vivo?

Experimentální studie se zabývají téměř výhradně působením velkých souborů bublin.

# Metody studia kavitačních jevů v biofyzice

- akustické (měření akustických emisí a změny echogenity tkáně)
- optické (tzv. schlieren-metoda pro zobrazení akustického pole, vysokorychlostní fotografie, měření kmitů „ukotvené“ bubliny pomocí laserového paprsku, měření sonoluminiscence)
- chemické (chemická dosimetrie)
- biologické (hemolýza, histologie – např. hledání drobných krvácení do plicní tkáně u experimentálních zvířat)

Vyhodnocování mechanického poškození způsobeného kavitací, např. na kovových fóliích vystavených působení ultrazvuku.

*Jak lze tyto metody aplikovat in vivo?*

# Sonochemie vzduchem nasycených vodných roztoků

**Sonolýzu** vody můžeme srovnat s radiolýzou vody. *Uvnitř* kavitačních bublin dochází k excitaci molekul plynu. **Příklady reakcí** (tečky označují volný radikál, tedy molekulu s nespárovaným elektronem):

Za *nepřítomnosti* kyslíku v ozvučované vodě se volný kyslík může objevit v důsledku těchto reakcí:



V plynné fázi je zvýšená pravděpodobnost reakcí vedoucích k tvorbě peroxidu vodíku:



V okolní vodě mohou excitované molekuly vody vstoupit do reakcí vedoucích k tvorbě dalších primárních produktů sonolýzy vody:



# Jiné sonochemické procesy

Existují látky, které mohou ovlivnit ultrazvukovou kavitaci a tím i výtěžek sonochemických reakcí.

Tyto látky pronikají do kavitačních bublin a brání jejich kompresi nebo kolapsu, například alkoholy, ethery a aldehydy s vysokou tenzí par. Chemické účinky kavitace jsou též tlumeny některými plyny, např.  $\text{CO}_2$ ,  $\text{CO}$ ,  $\text{H}_2\text{S}$ ,  $\text{N}_2\text{O}$ .

# Chemické dozimetrické metody (příklady)

**Frickeho dozimetr** je založen na oxidaci  $\text{Fe}^{2+}$  na  $\text{Fe}^{3+}$ .

**Jodidová dozimetrie:** KI rozpuštěný v destilované vodě. Po ozvučení je měřena koncentrace uvolněného jódu.

**Cerový dozimetr** je založen na redukci  $\text{Ce}^{4+}$  na  $\text{Ce}^{3+}$

**Taplinův dozimetr** (dvousložkový) - chloroform je překryt vodou.

Tvoří se HCl, měří se pH.

Stanovení  $\text{H}_2\text{O}_2$  na základě měření **luminiscence luminolu**.

**Fluorescence kyseliny tereftalové** po interakci s volnými radikály.

Uvolňování chlóru z **tetrachlormetanu**. Chlór vytváří barevnou sloučeninu s O-tolidinem.

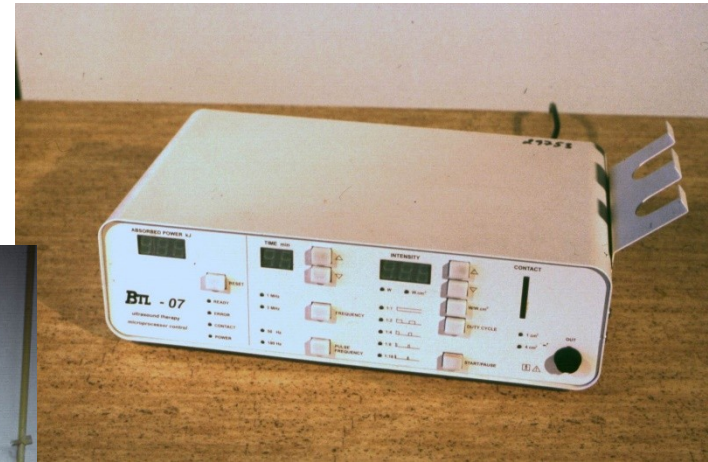


# Zdroje ultrazvuku použité v následujících pokusech



Piezon Master 400  
(zubní zařízení)

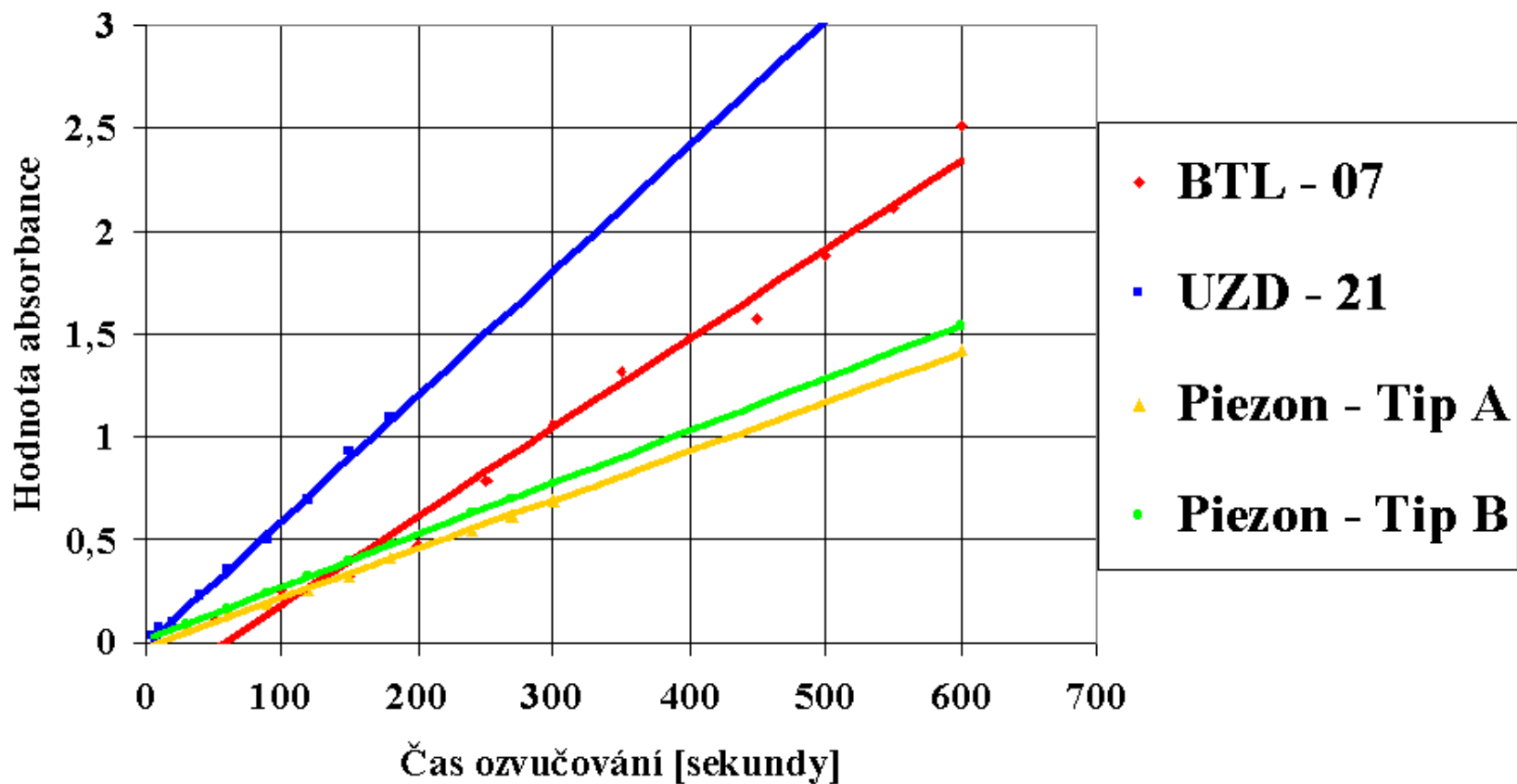
UZD – 21  
(dezintegrátor)



BTL – 07  
(terapeutický přístroj)

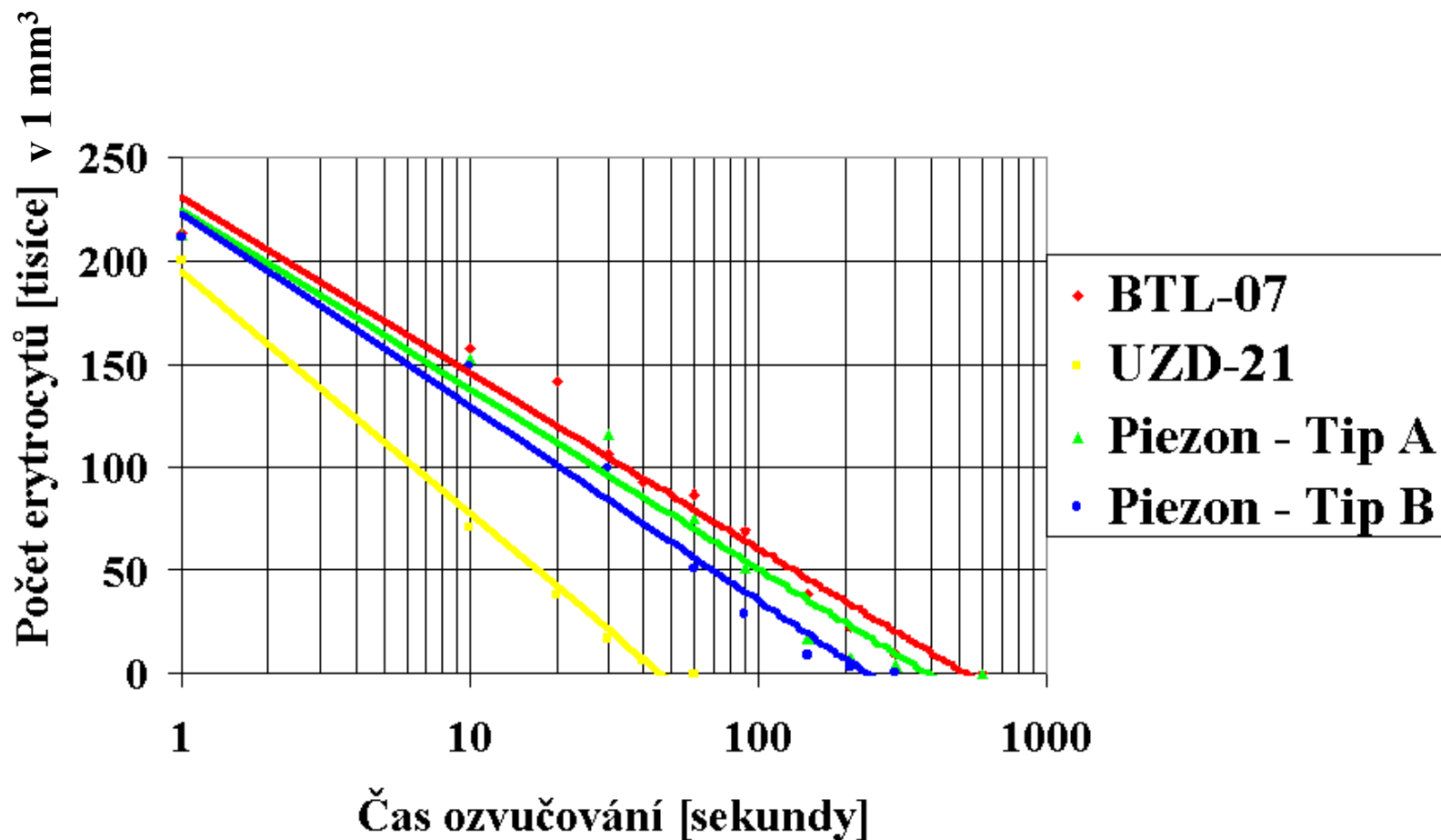
# Jódová dozimetrie kavitace – měření absorbance při 350 nm

Srovnání kavitačních účinků u jodidové dozimetrie



# Hemolýza vyvolaná ultrazvukovou kavitací

Srovnání kavitačních účinků u suspenze erytrocytů



# Kavitace – riziko nebo prospěch v medicíně

**Přímé riziko:** v ultrasonografii a při dopplerovských metodách, zejména za přítomnosti ultrazvukových kontrastních prostředků, které mohou působit jako kavitační jádra. V experimentu krvácení do plic. Mimotělová litotripse rázovou vlnou po aplikaci ultrazvukových kontrastních prostředků.

**Hlavní účinný mechanismus:** chirurgické aplikace, angioplastika, fakoemulgace, rozprašovače, dezintegrátory, čističky

**Vedlejší účinný mechanismus:** aplikace rázových vln, ultrazvukové odstraňovače zubního kamene



HAL Series  
Ultrazvuková lázeň (čistička)

CUSA (chirurgie)



Odstranění katarakty  
(fakoemulgace)

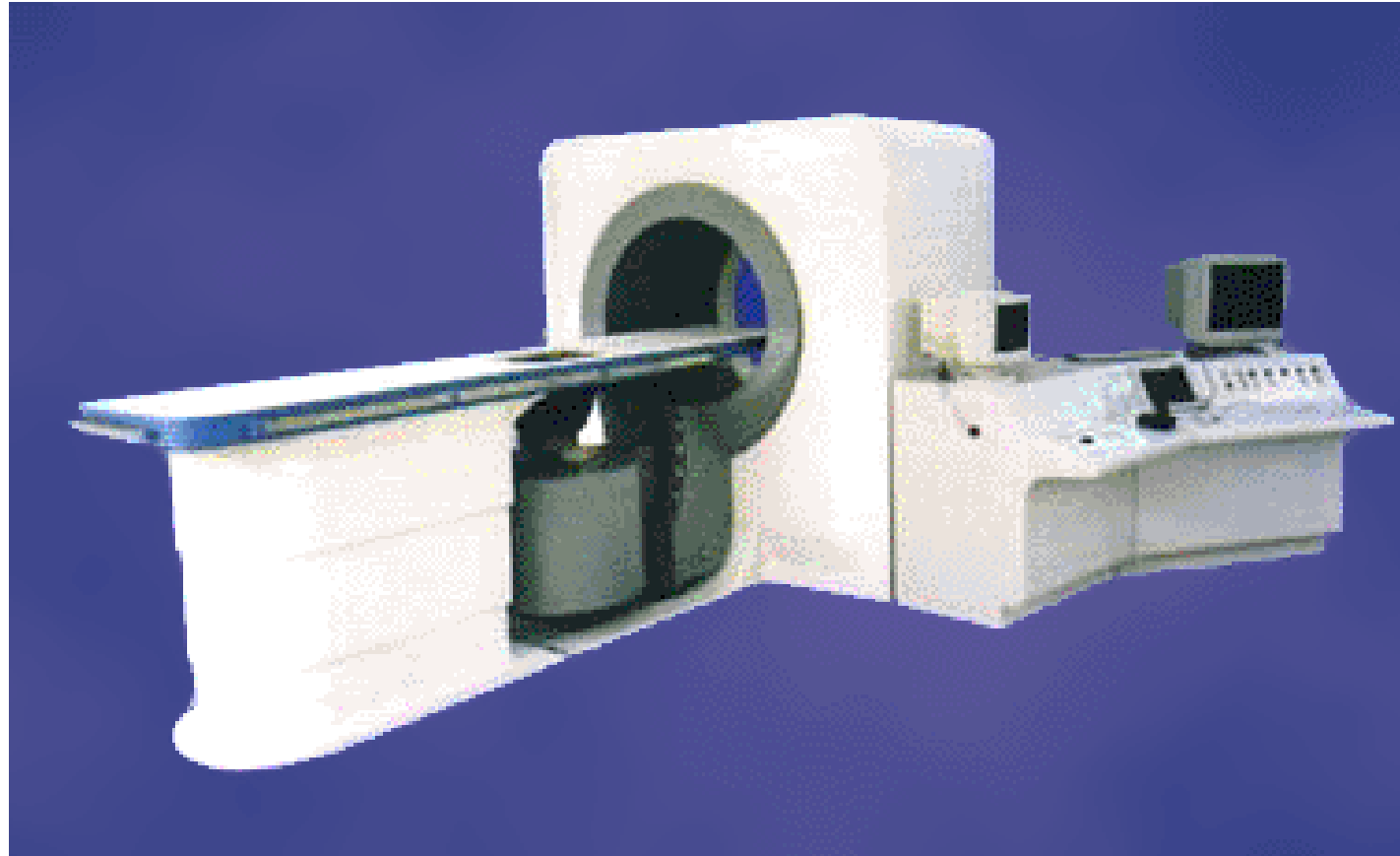
dezintegrátor



rozprašovač



# Využití kavitace v chirurgii – HIFU (High Intensity Focused Ultrasound)



# Závěry

**Ultrazvuková kavitace je významnou komponentou biologických účinků ultrazvuku.**

**Vzniká za podmínek srovnatelných s podmínkami terapeutických aplikací ultrazvuku.**

**V ultrazvukové diagnostice je považována za potenciální rizikový faktor při vysokých výkonech sond a za přítomnosti mikrobublin echokontrastních prostředků.**

**Autor:** Vojtěch Mornstein



**Obsahová spolupráce:**  
Carmel J. Caruana



**Grafika:** Lucie Mornsteinová

**Poslední revize a ozvučení: duben 2021**

