

Pour une OPMI, on a montré que

$I = \langle \Pi \rangle = \frac{1}{2} \mu_0 c v_{im}^2$ où v_{im} est l'amplitude de v_i . Donc :

$$v_{im} = \sqrt{\frac{2 E}{\mu_0 c}}$$

Pour l'air $\mu_0 = 1,3 \text{ kg.m}^{-3}$ et $c = 3,4 \cdot 10^8 \text{ m.s}^{-1}$
d'où $\boxed{v_{im} = 9,21 \text{ m.s}^{-1}}$

$$\rightarrow \frac{v_{im}}{c} \sim 6 \cdot 10^{-4} \text{ donc } \boxed{\frac{v_{im}}{c} \ll 1}$$

* de plus $p_{im} = \mu_0 c v_{im} = \boxed{93 \text{ Pa}}$. On $p_0 = 10^5 \text{ Pa}$

$$\rightarrow \frac{p_{im}}{p_0} \sim 9 \cdot 10^{-4} \text{ donc } \boxed{\frac{p_{im}}{p_0} \ll 1}$$

* pour une particule d'air, $\frac{p}{m} = \text{cte}$, soit
 $p = \text{cte} \cdot \mu^8$

$$dp = \text{cte} \cdot 8\mu^7 d\mu \quad \downarrow \text{on différencie}$$

$$\frac{dp}{p} = 8 \frac{d\mu}{\mu} \quad \downarrow \text{rapport}$$

$$\text{soit } \frac{p_1}{p_0} \sim 8 \frac{\mu_1}{\mu_0} \text{ donc } \frac{\mu_1}{\mu_0} \sim \frac{1}{8} \frac{p_1}{p_0}. \text{ Avec}$$

$\gamma = 1,60$ on trouve :

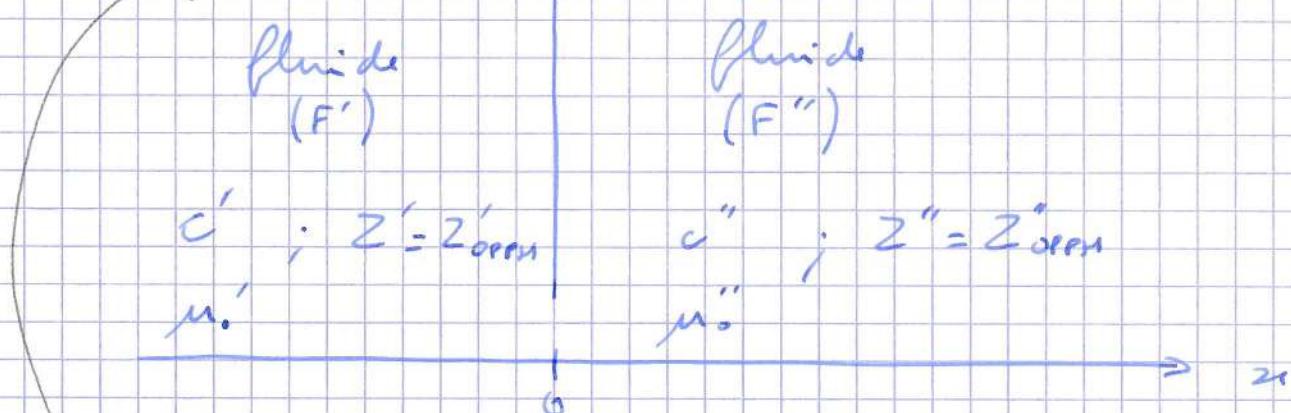
$$\rightarrow \frac{\mu_1}{\mu_0} \sim 7 \cdot 10^{-4} \text{ donc } \boxed{\frac{\mu_1}{\mu_0} \ll 1}$$

\Rightarrow cohérence de la demande.

IV/ Réflexion et transmission d'une onde plane progressive sous incidence normale

1) Position des ondes

interface : droite "acoustique"



Que se passe-t-il lorsqu'une onde acoustique change de milieu ?

Hypothèse :

- pression au repos identique ds tt l'espace
- onde plane progressive selon \vec{n} arrivant sur le droite en incidence normale. Avec l'analyse de Fourier, on restreint l'étude à une O.P.P.H.
- cette O.P.P.H donne à priori une onde réfléchie (dans F' , selon $-\vec{n}_2$) et une onde transmise (dans F'' , selon \vec{n}_1) .
- on néglige le déplacement de l'interface (voir doc. 3 : $\beta_{eff} \ll \lambda$) et on considère qu'elle reste fixe en $x=0$.

Notations :

\hookrightarrow vitesses :

$$\left\{ \begin{array}{l} * \underline{v}_i = A_i e^{j(\omega t - k'x)} \\ \text{onde incidente} \\ * \underline{v}_r = A_r e^{j(\omega t + k'x)} \\ \text{onde réfléchie} \\ * \underline{v}_t = A_t e^{j(\omega t - k''x)} \\ \text{onde transmise} \end{array} \right.$$

Rq: pourquoi les mêmes pulsations ω ?
 → aspect physique mis en évidence au niveau interface
 → voir C.L à suivre
 → analogie avec l'optique

La structure des OPM impose $P_i = \rho_{m.c.} \underline{v}_i = Z \underline{v}_i$

\hookrightarrow Surpressions :

$$\left\{ \begin{array}{l} * P'_i = Z' A_i e^{j(\omega t - k'x)} - Z' A_r e^{j(\omega t + k'x)} \\ * P''_i = Z'' A_t e^{j(\omega t - k''x)} \end{array} \right.$$

Δ impédance par onde selon $-k_x$

2) Conditions aux limites

* On applique le PFD à un élément de surface ds immobile (hyp.) de l'interface :

$$\vec{\sigma} = (P_0 + P'_i) \vec{ds}_{\perp x} - (P_0 + P''_i) \vec{ds}_{\perp x}$$

La surpression est continue à l'interface : B

$$P'_i(0, t) = P''_i(0, t)$$

* Les 2 fluides ne se mélangent pas ; on a un ds ce cas un méca flu. qu'il y a continuité de la composante normale de la vitesse des particules de fluide, donc dans ce cas de

· surfaces

②

B

11

leur vitesse.

①

La vitesse est continue à l'interface:

$$v_r'(0, t) = v_r''(0, t)$$

B

3) Coefficients de réflexion et de transmission en amplitude

a) Pour les champs de vitesse

B

Def: on appelle respectivement coefficient de réflexion et coefficient de transmission des amplitudes des vitesses les grandeurs :

$$r_v = \frac{A_r}{A_i} \quad \text{et} \quad t_v = \frac{A_e}{A_i}$$

Rq: déf plus générales pour des ondes pas nécessairement OPAM :

$$r_v = \frac{v_{in}(0^-, t)}{v_{in}(0^+, t)} \quad \text{et} \quad t_v = \frac{v_{in}(0^+, t)}{v_{in}(0^-, t)}$$

Expliquons les C.L pour déterminer r_v et t_v :

$$\textcircled{1} \quad \int A_i e^{j\omega t} + A_r e^{j\omega t} = A_e e^{j\omega t}$$

$$\textcircled{2} \quad Z' A_i e^{j\omega t} - Z' A_r e^{j\omega t} = Z'' A_e e^{j\omega t}$$

$$\left. \begin{aligned} A_i + A_r &= A_e \\ Z' A_i - Z' A_r &= Z'' A_e \end{aligned} \right\} \Rightarrow A_i (\neq 0)$$

$$\begin{cases} 1 + n_v = t_v & (a) \\ Z' - Z' n_v = Z'' t_v & (b) \end{cases}$$

$$\begin{cases} 1 + n_v = t_v & (a) \\ Z' = (Z' + Z'') t_v & Z'(a)+(b) \end{cases}$$

Finallement :

$$n_v = \frac{Z' - Z''}{Z' + Z''} \quad \text{et} \quad t_v = \frac{Z' Z'}{Z' + Z''}$$

savoir retourner X

① Pour les champs de pression

Déf similaire faisant intervenir les amplitudes
(X) :

$$n_p = \frac{-Z' A_n}{Z' A_i} \quad \text{et} \quad t_p = \frac{Z'' A_t}{Z' A_i}$$

D'où $n_p = -\frac{A_n}{A_i} = -n_v$

$$t_p = \frac{Z''}{Z'} t_v$$

Finallement :

$$n_p = \frac{Z'' - Z'}{Z' + Z''} \quad \text{et} \quad t_p = \frac{Z' Z''}{Z' + Z''}$$

X savoir retourner

© Commentaires

- * L'étude des p coef. permet d'obtenir les déphasages entre les ondes.

Ex : ϵ_r et μ_r sont des réels positifs, donc les ondes incidentes et transmises vibrent en phase.

En : si $z'' > z'$ alors $n_0 < 0$ (et réel) : donc les ondes ^{de} vitesse incidente et réfléchie sont en opposition de phase.

- * ds le cas général, l'onde réfléchie n'a pas la même amplitude que l'onde incidente et la superposition des deux OPPH ne donnent ni une onde progressive ni une onde stationnaire.

Elle correspond à une onde stationnaire dans le cas $\frac{A_r}{A_i} = \pm 1$ soit $n_0 = \pm 1$. Cela arrive

→ pour $z'' \gg z'$ ($\Leftrightarrow z'' \rightarrow +\infty$) . Ex pratique : présence d'un mur à l'interface (nœud de vitesse en $x=0$)

→ pour $z'' \ll z'$ ($\Leftrightarrow z'' \rightarrow 0$) . Ex pratique : tuyau sonore ouvert sur l'atmosphère (nœud de pression en $x=0$)

- * Si $z'' = z'$ alors $n_0 = 0$ et $n_p = 0$: il n'y a pas d'onde réfléchie, l'onde incidente est entièrement transmise. On dit dans ce cas que les impédances sont adaptées.

4) Coefficients de réflexion et de transmission des puissances (acoustiques superficielles moyennes)



a) Expressions

aspects énergétiques : on regarde aux grandeurs réelles !

Réf: on appelle respectivement coefficient de réflexion et coefficient de transmission des puissances acoustiques superficielles moyennes :

$$R = \frac{I_n}{I_i} = \frac{\langle \Pi_n \rangle}{\langle \Pi_i \rangle} \quad \text{et} \quad T = \frac{I_t}{I_i} = \frac{\langle \Pi_t \rangle}{\langle \Pi_i \rangle}$$

Rappel: § III.3) pour une OPPH :

$$I = \langle \Pi \rangle = \langle \vec{\Pi} \cdot \vec{n}_a \rangle = \frac{1}{2} \rho_0 c v_m^2 = \frac{1}{2} Z \cdot \tilde{v_m}$$

amplitude de la vitesse

Dans notre cas les 3 OPPH s'écrivent (sans tenir compte d'éventuels déphasages, qui n'interviennent pas dans le calcul) :

$$\ast v_i = A_i \cos(\omega t - k' x)$$

$$\ast v_n = A_n \cos(\omega t + k' x) = \cancel{n} A_i \cos(\omega t + k' x)$$

$$\ast v_t = A_t \cos(\omega t - k'' x) = \cancel{t} A_i \cos(\omega t - k'' x)$$

D'où :

$$\left\{ \begin{array}{l} I_i = \frac{1}{2} Z' A_i^2 \\ I_r = \frac{1}{2} Z'' r^2 A_i^2 \\ I_t = \frac{1}{2} Z'' t^2 A_i^2 \end{array} \right.$$

! Propagation suivant $(-\hat{u}_n)$ donc
 $I_r = \langle \vec{I}_r \cdot (-\hat{u}_n) \rangle = \frac{1}{2} (-Z'') A_i^2 \hat{u}_n \cdot (-\hat{u}_n)$
 $(I_r > 0)$

On en déduit :

$$R = r^2 \quad \text{et} \quad T = \frac{Z''}{Z'} t^2$$

Finalement :

$$R = \left(\frac{Z' - Z''}{Z' + Z''} \right)^2 \quad \text{et} \quad T = \frac{4 Z' Z''}{(Z' + Z'')^2}$$

Rq : relat° symétrique q.m à la permutat° des 2 milieux

Exercice : mq. $R + T = 1$ ce qui traduit la conservation de l'énergie: $\frac{I_r}{I_i} + \frac{I_t}{I_i} = 1$

$$\text{avec } I_i = I_r + I_t$$

La puissance ^{acoustique} incidente se répartit entre les puissances réfléchie et transmise.

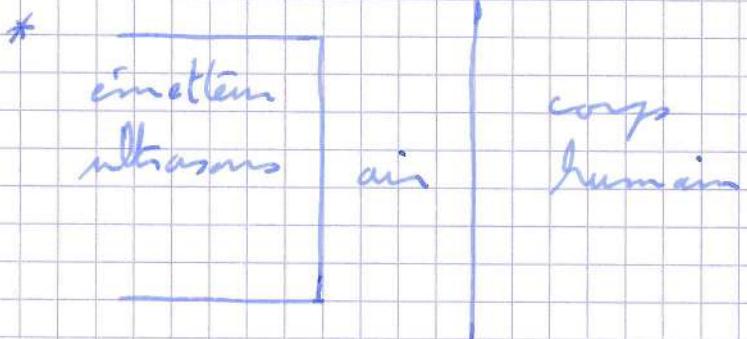
① Application : échographie

Si $Z'' = Z'$, alors $R = 0$ et $T = 1$

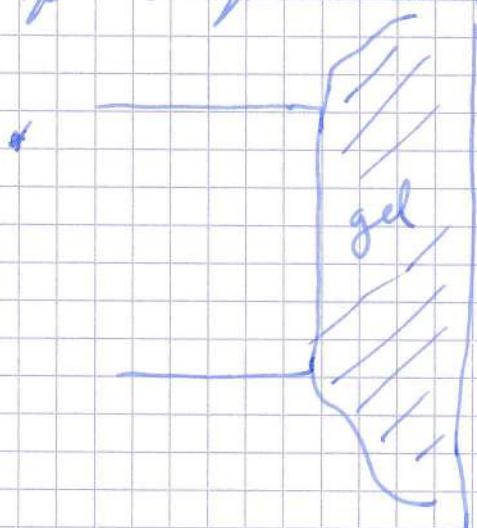
La puissance transmise entre deux milieux est maximale lorsqu'il y a adaptation des impédances.

$$\underline{\text{ODG}} : Z_{\text{air}} = 4,4 \cdot 10^5 \text{ kg} \cdot \text{m}^{-2} \cdot \text{s}^{-1}$$

$Z_{\text{air}} \approx 1,5 \cdot 10^6 \text{ kg} \cdot \text{m}^{-2} \cdot \text{s}^{-1}$ (= impédance des tissus mous du corps humain)



$Z_{\text{air}} \ll Z_{\text{air}}$: impédances non adaptées ; très peu de puissance (donc d'ondes) transmise dans le corps.



$Z_{\text{gel}} \approx Z_{\text{air}}$: impédances adaptées ; les ultrasons générés sont en quasi totalité dans le corps humain.