LE DOPPLER VASCULAIRE

Bases physiques Interprétation des spectres



GIM – CHU Bretonneau Tours

Plan

- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

Bases Physiques

- Rappels physiologiques
 - Besoin des différents organes divers et variable dans le temps
 - Distribution sanguine adaptée et ajustable
 - Niveau de pression élevé avec maintient de la pression tissulaire constante
 - Appareil vasculaire : transformation de l'écoulement pulsé à HP généré par l'activité cardiaque en écoulement laminaire à basse pression dans le réseau capillaire

Bases Physiques Rappels physiologiques Ajustement des débits locaux aux besoins En fonction des conditions hémodynamiques générales Différents mécanismes: Physiques Métaboliques Nerveux hormonaux

Bases Physiques Rappels physiologiques Contrôle hormonal Hémodynamique générale Régulations locales → vasomotricité Systèmes agonistes/antagonistes Général : SRAA, ADH, NAF Ajustement local : kinines, PG, EDRF, NO En f° des impératifs locaux → besoins Digestion, effort physique Variations nycthémérales

Bases Physiques Rappels physiologiques Différents types de circulation À haute résistance À basse résistance ++ À résistance variable +++ système musculaire strié squelettique Système artériel digestif

Plan

- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

Bases Physiques Rappels hémodynamiques Pression Pe Q x R Impédance Terme adapté pour un écoulement laminaire pulsé pour les gros vaisseaux Résistance Répond à la loi de Bernoulli Proportionnelle à la viscosité Inversement proportionnelle à la puissance 4 du diamètre du vaisseau Effet de la vasomotricité

Loi de Bernoulli-Théorème de Bernoulli Conservation de l'énergie βgZ(energie pot) + p(energie de pression) + ½ ρV²(energie cinétique) = CSte Si le débit de fluide est constant et que le diamètre diminue, la vitesse augmente ie l'augmentation d'énergie cinétique se traduit par une diminution d'énergie élastique (dépression) P1 + ½ ρV1²= P2 + ½ ρV2² et si ρV1² est petit, alors P1-P2 est proportionnel à V2²

Phénomènes de compensation

Rappels hémodynamiques

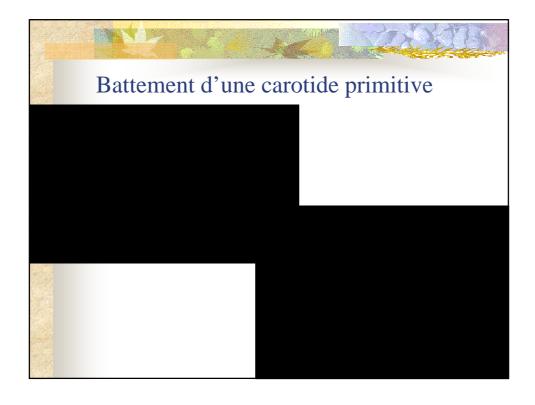
- Modification vasomotrice locale →affecte le débit sanguin local →résistance locale
- Modification vasomotrice étendue → affecte
 RPT → modification contre-balancée
 - Ex : effort physique ou digestion
- ↑RPT augmente la post-charge → ↓DC → ↑
 VTDVD pour maintenir DC
- Si vd° brutale : maintient du DC par ↑ FC

Plan

- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

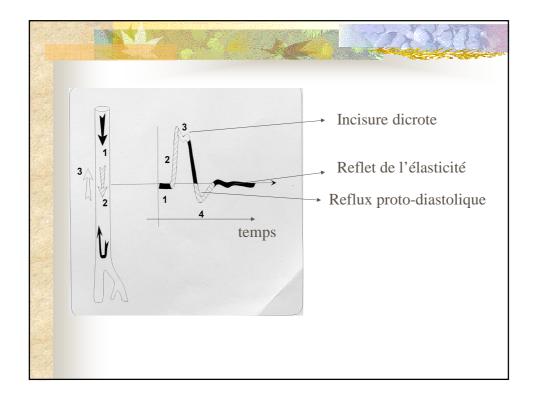
Propriétés physiques des vaisseaux

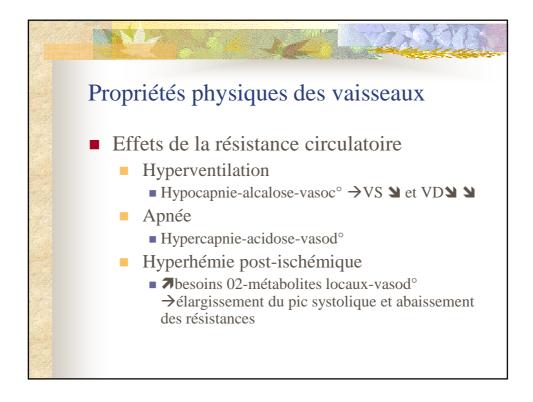
- L'Onde artérielle
 - Composante axiale (transmission du DC)
 - centrifuge
 - Composante radiale (dilatation du vaisseau)
 - Stockage provisoire d'un volume et d'une énergie restituée en diastole → nouvelle composante axiale
 - = onde de pouls transmise de proche en proche avec variation de vitesse sanguine détectée au Doppler
 - Dépend des caractéristiques physiques des vaisseaux
 - Composante élastique
 - Tonus vasoconstricteur
 - Intégrité pariétale (intima+++)

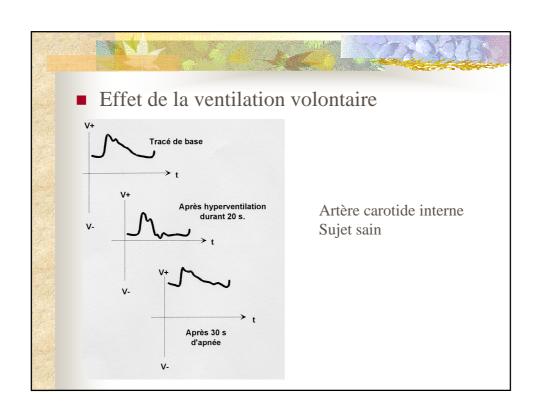


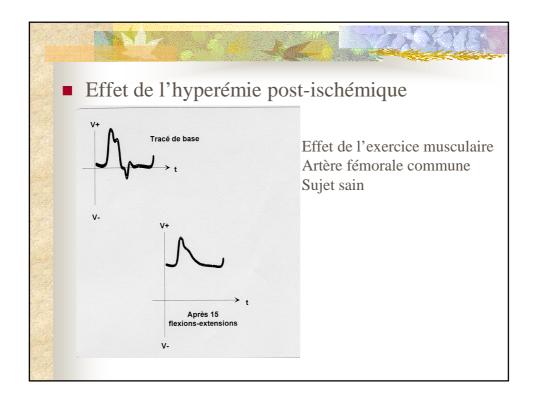
Propriétés physiques des vaisseaux

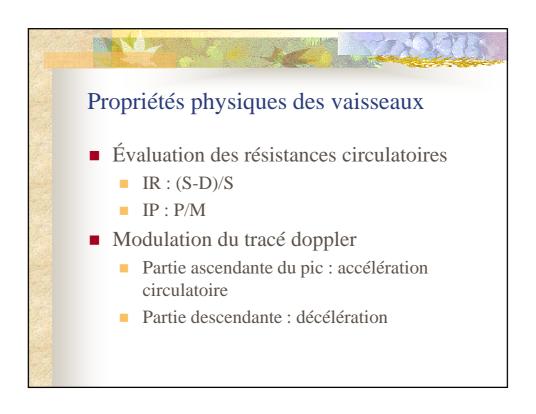
- Propagation de l'onde
 - Dépend des caractéristiques physiques du vaisseau (composante élastique)
 - Vitesse de propagation proportionnelle à l'épaisseur de la média
 - Physio : Vmax MI>MS>Ao
 - Patho : Vmax augmente lorsque médiacalcose
 - Création d'une onde réfléchie sur les embranchements à l'origine de « l'incisure dicrote » du pic systolique

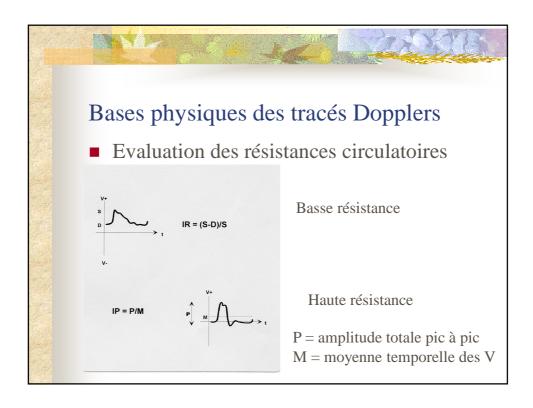


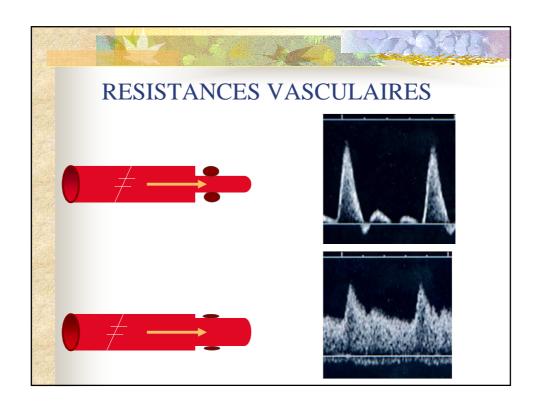


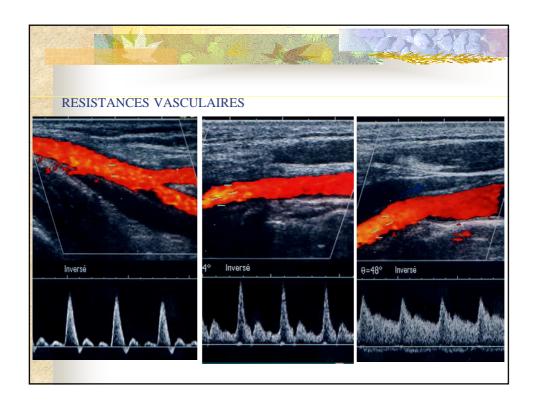


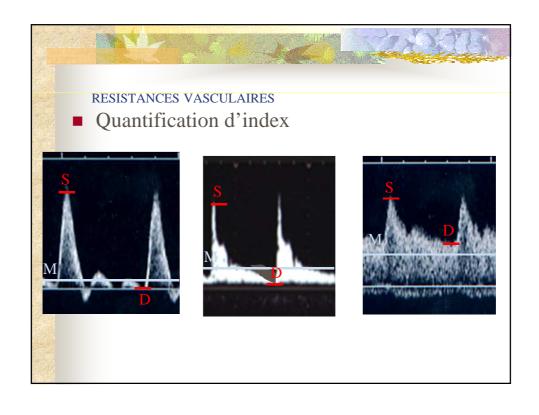










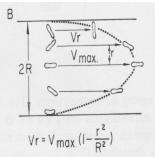


- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

L'écoulement circulatoire : les profils

- Ecoulement dans un vaisseau
- écoulement laminaire

- grâce à une différence de Pression (P2- β P1)
- formé de plusieurs couches cylindrique concentriques, minces, parallèles les unes aux autres
- distribution parabolique des vitesses d écoulement
- V = V max $(1-x/r^2)$; x = distance entre 2 lames



Les profils d'écoulement

Ecoulement laminaire

- la vitesse décroît quand x croît
- vitesse 7 débit de liquide
- vitesse moyenne = vitesse qui, uniforme, déterminerait le débit Vmoy = 1/2V max
- régime économique et le moins bruyant

Les profils d'écoulement

■ Ecoulement turbulent

- front d'évolution raide et non parabolique
- écoulement bruyant, déperdition d'énergie
- l'apparition de la turbulence dépend de V
 - V faible : filet parallèle aux parois
 - quand V croît : filet sinueux avec tourbillons
- la turbulence est fonction du régime d'écoulement

Les profils d'écoulement

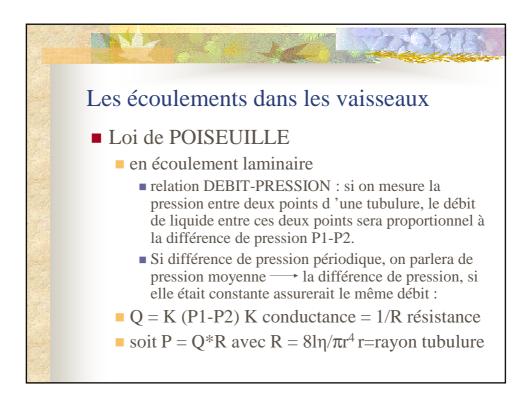
■ Régime turbulent :

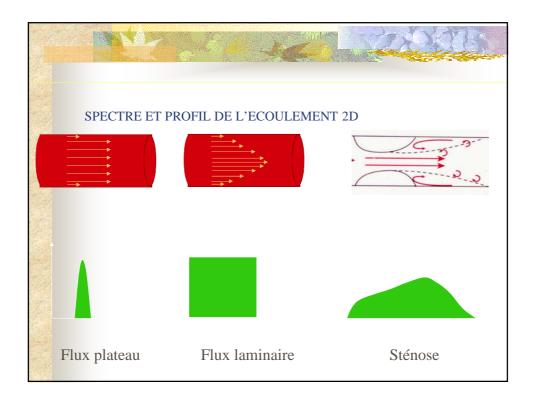
- selon Reynolds dépend :
 - du diamètre du tuyau d
 - de la viscosité du liquide η
 - de la vitesse moyenne V moy
 - de la densité du liquide ρ
- Re faible : régime laminaire < 2000
- Re élevé : régime turbulent > 10000

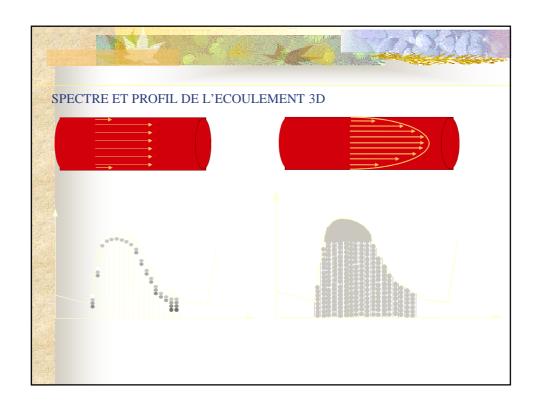
Les profils d'écoulement

■ Re augmente quand:

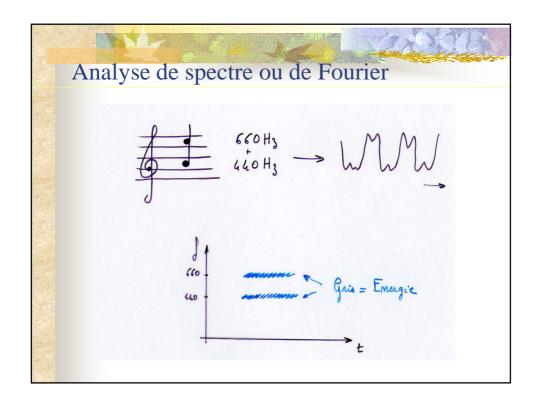
- la viscosité η diminue (cf anémie et souffle)
- la vitesse d'écoulement augmente
- le débit s'accroît (exercice physique) Q=Vmoy*S
- le diamètre du vaisseau diminue
- Viscosité cinématique/dynamique
 - $Vc = Vd/\rho$
 - Vd ou η relie la surface, la vitesse et la distance à la force de frottement
- Re = $\rho v L/\eta$

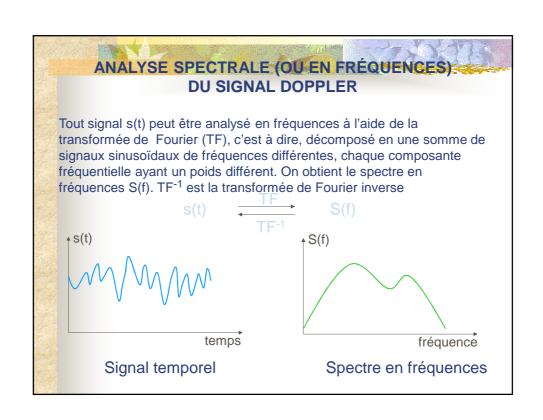




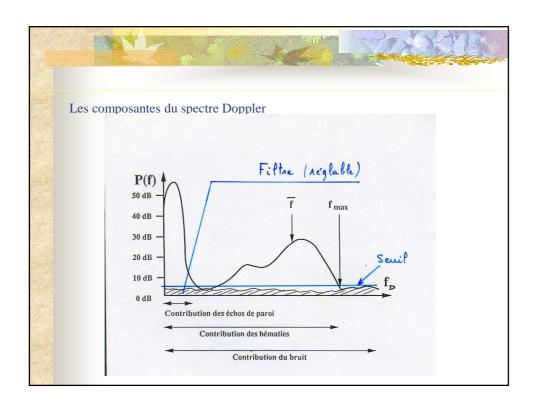


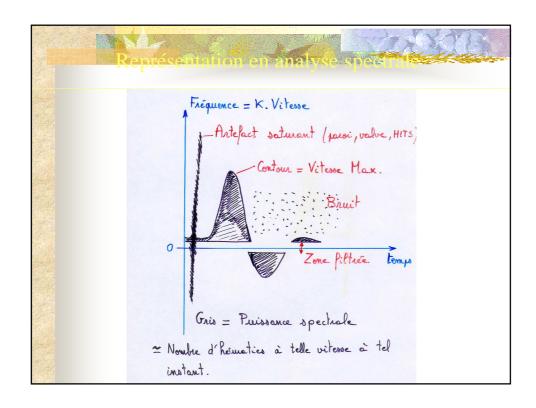
- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

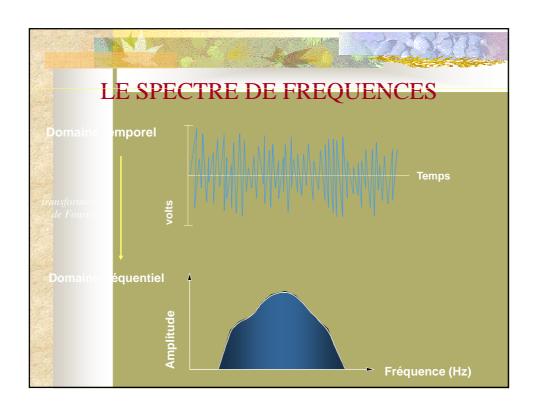










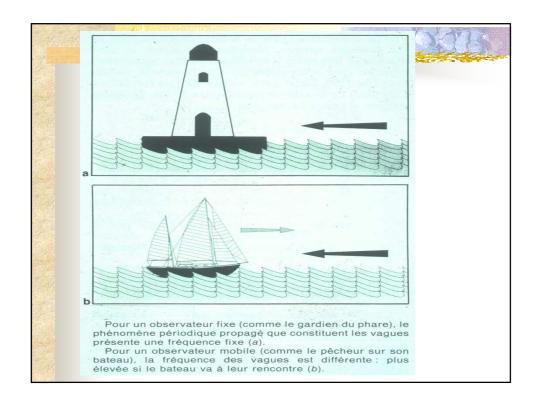




- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

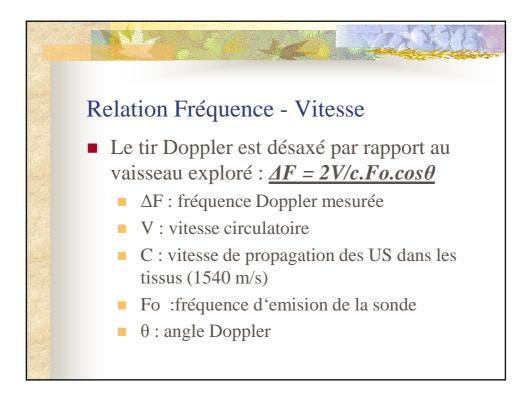
L'effet Doppler

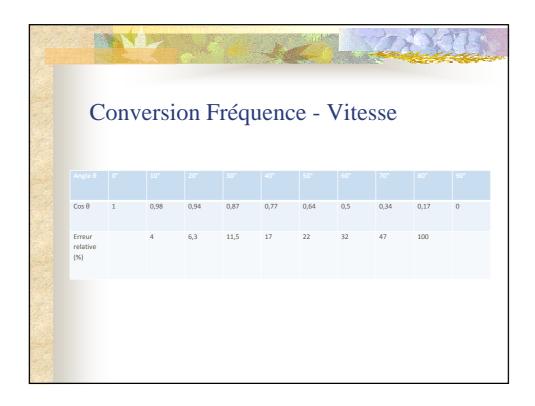
- Variation apparente de la fréquence d'une onde émise par une source en mouvement par rapport à un observateur
- \blacksquare F'=f{c+Vo.cos θ o/c-Vs.cos θ s}
 - Observateur immobile source approchante : son perçu f'=f.c/(c-V) donc plus aigu que f
 - À son niveau (pas d'effet transversal): f'=f
 - Quand la source s'éloigne : f'=f.c/(c+V) : son perçu plus grave



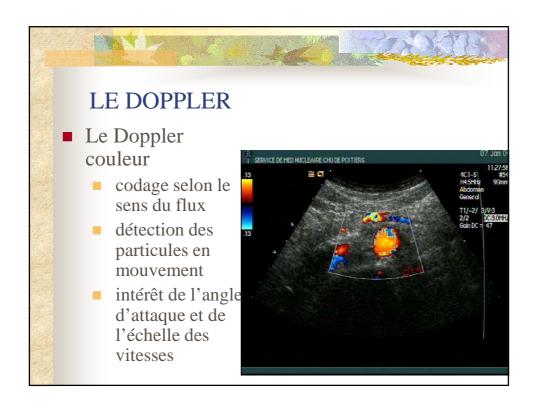
Principe du Doppler Détection cible en mvt ΔF>0 qd cible s'approche ΔF<0 qd cible s'éloigne 20< ΔF<50KHz = gamme de F audible Angle d'insonation 0<θ<60° car cos θ Augmentation θ → ΔΔF Appareillage Restitue le dplcment de la cible en terme de décalage de F Fournir l'angle au calculateur

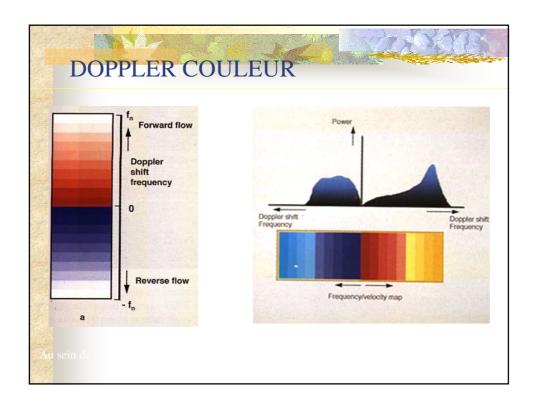
Relation Fréquence - Vitesse Remarques La variation de fréquence ΔF se situe dans la gamme des fréquences audibles L'amplitude des échos provenant du sang est 100 à 1000 fois plus faible que ceux provenant des tissus fixes, ce qui nécessitera un filtrage

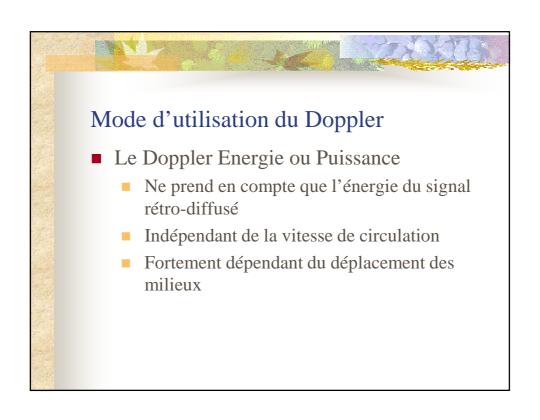


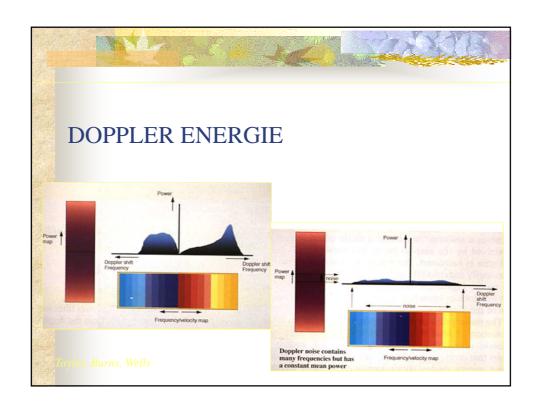


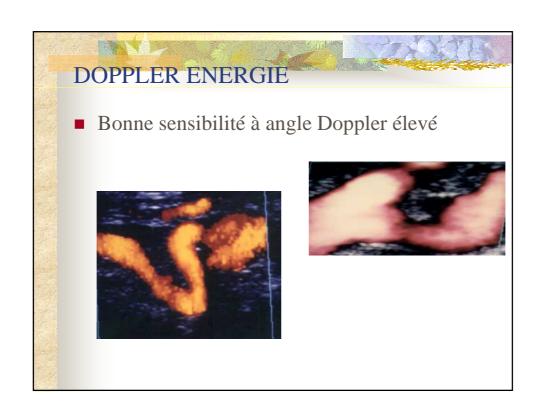
- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

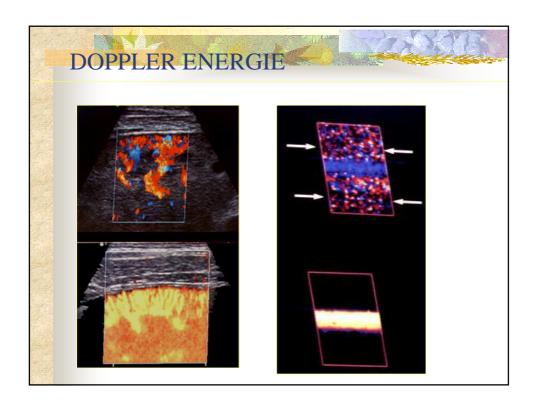








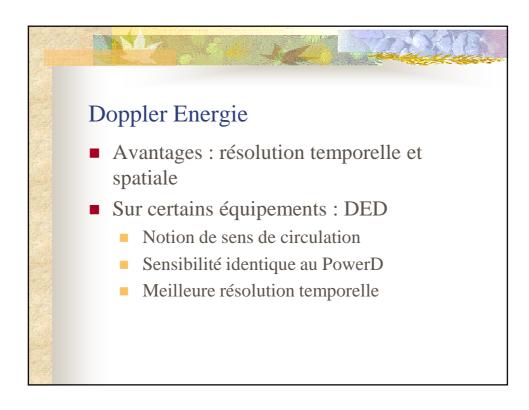


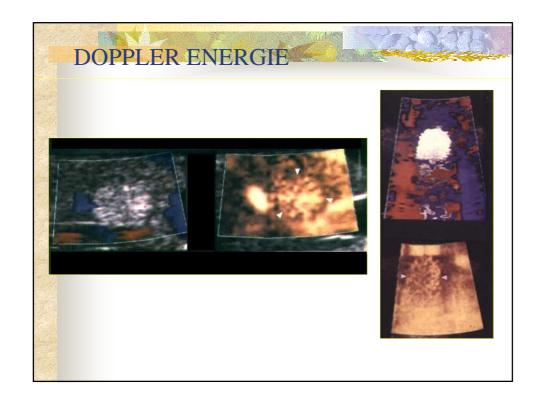


DOPPLER ENERGIE

Avantages :

- bon remplissage endo-luminal par le signal
- Insensible à l'angle entre faisceau US et direction de l'écoulement
- meilleure anatomie des petits vaisseaux parenchymateux
- Absence d'aliasing
- Inconvénients :
 - imagerie morphologique:
 - pas d'information sur le sens d'écoulement
 - pas d'information sur les vitesses
 - artefacts:
 - sensible aux artefacts de mouvement (augmentation du bruit)
 - présence d'artefacts sur les structures hyperéchogènes

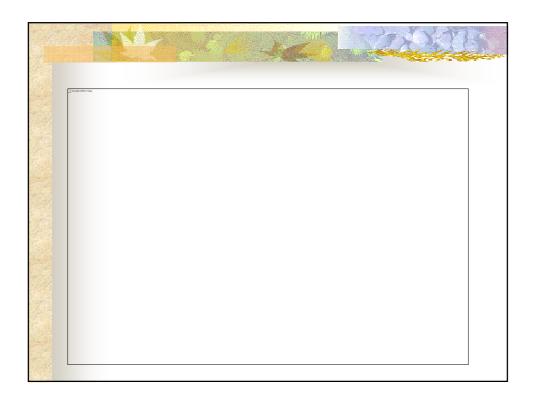


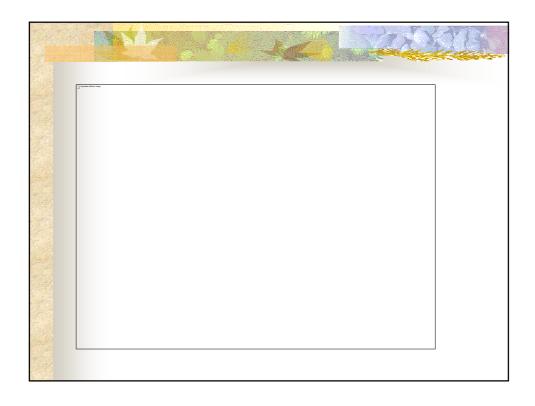


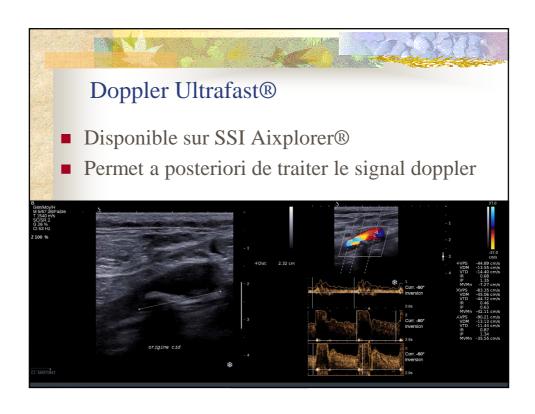


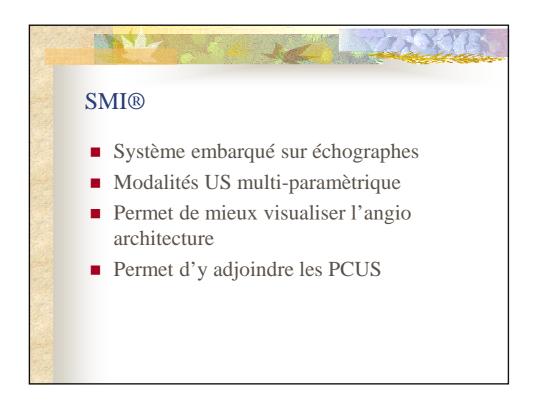


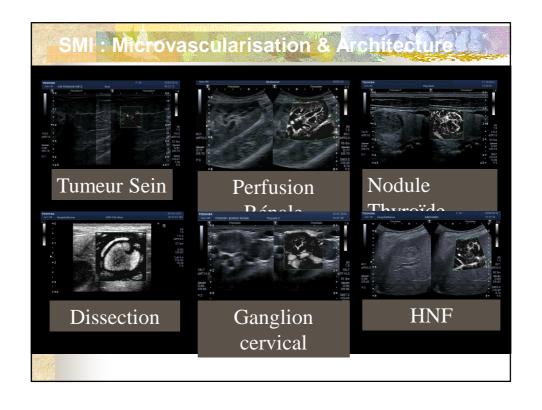


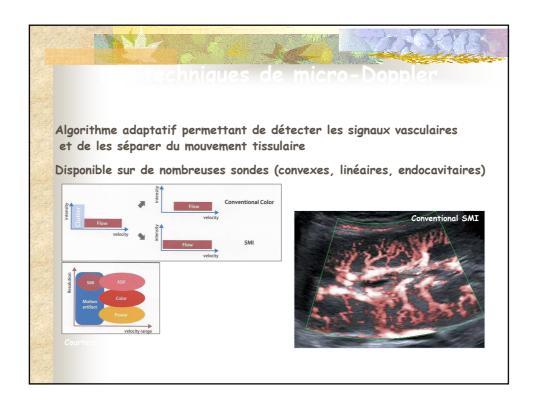




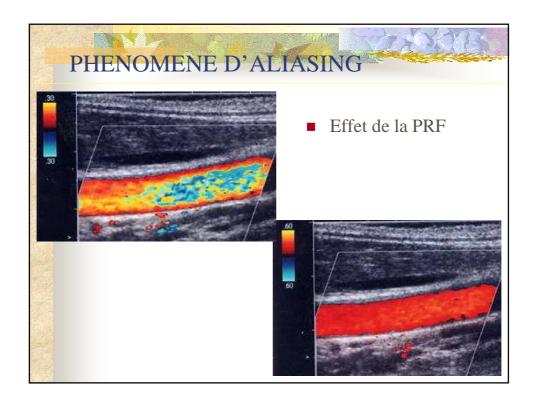


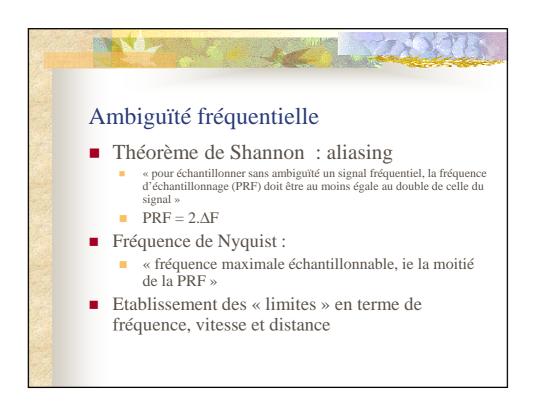




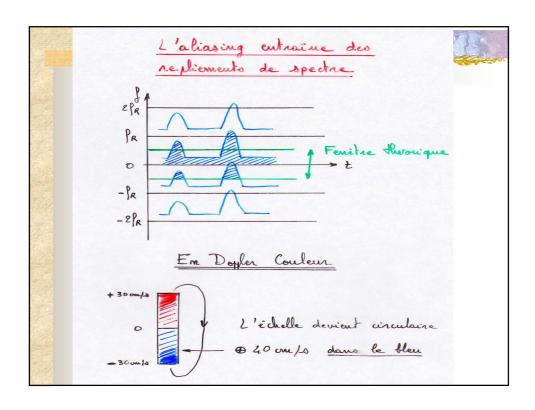


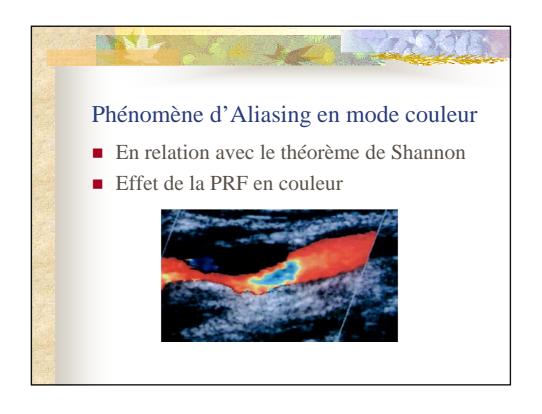


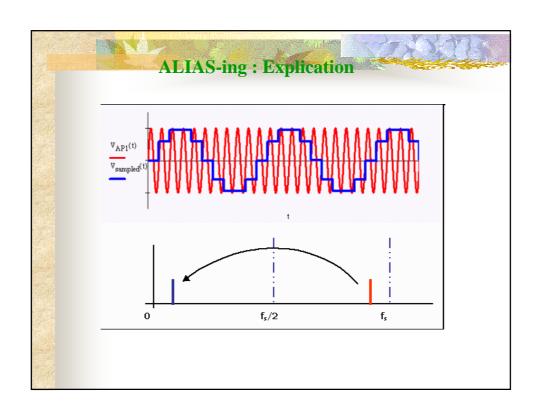




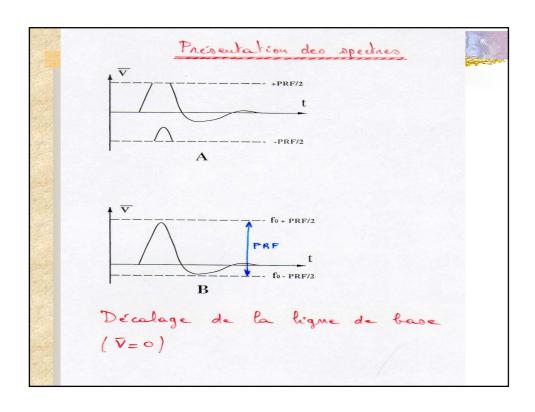










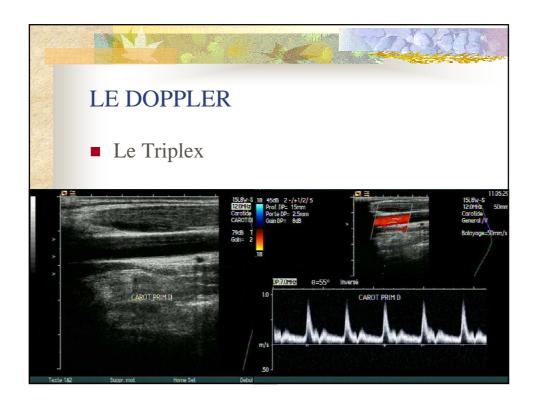


Le DOPPLER PULSE

■ Analyse spectrale

WAR

- détermination du spectre de fréquence en fonction du temps
- intérêt d'évaluer V (fonction du cosθ), calculé automatiquement
- Duplex et Triplex
 - association de l'image bidimentionnelle, du doppler couleur et de l'analyse spectrale



LE DOPPLER ■ Intérêt du Doppler • évaluation de la Systolique vitesse en fonction 120du temps Diastolique recherche des 80sténoses vasculaires 40 appréciation du retentissement hémodynamique Secondes

Mode d'utilisation du Doppler Le Doppler continu CWD 2 cristaux par capteur Comparaison de 2 F au démodulateur Meilleure sensibilité Absence de résolution spatiale Pas de profondeur Pas de taille porte/VE F = résultante des fréquences extraites du signal : moyenne des F de l'E des vx traversés

Mode d'utilisation Doppler Le Doppler pulsé PWD Cristal unique : E/R PRF Profondeur du VE Délai entre signal réfléchi et début fenêtre d'écoute Taille du VE Dépend du temps d'analyse du signal réfléchi = largeur FE

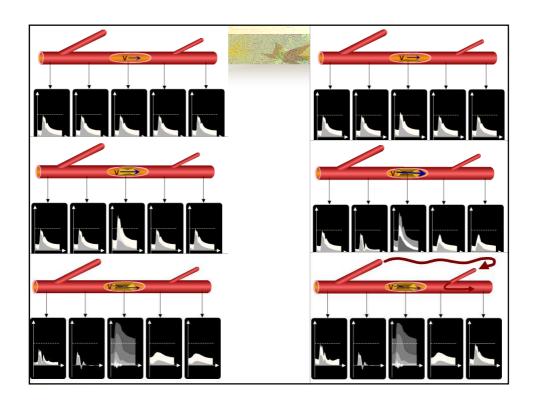
Mode d'utilisation du Doppler ■ Le Doppler pulsé ■ La PRF ■ Est déterminée par la profondeur d'exploration ■ Profondeur → PRF basse ■ Flux lentes : 700<PRF<800 Hz ■ Flux rapides : 2000<PRF<4000 Hz ■ Avantages ■ bonne résolution spatiale → profondeur ■ Moins bonne résolution axiale (impulsion longue) ■ Résolution latérale → focalisation ■ Inconvénients ■ Faible sensibilité pour flux lents ■ Risque d'ambiguïté en fréquence → aliasing

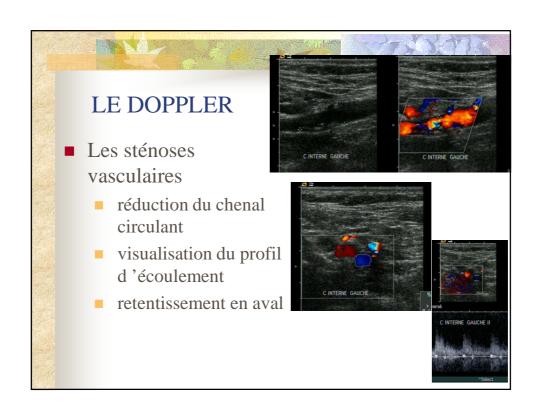
Plan

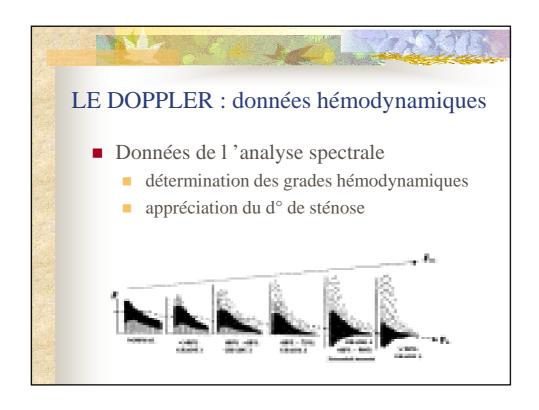
- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

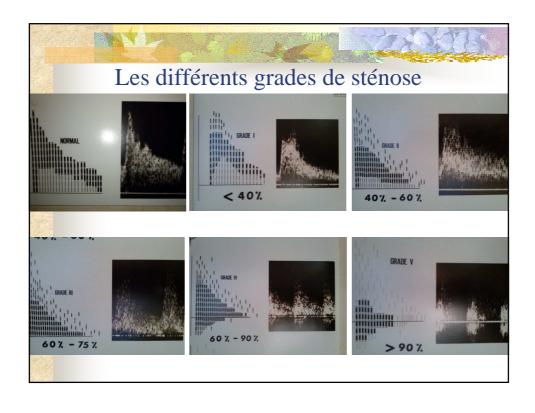
Les sténoses vasculaires

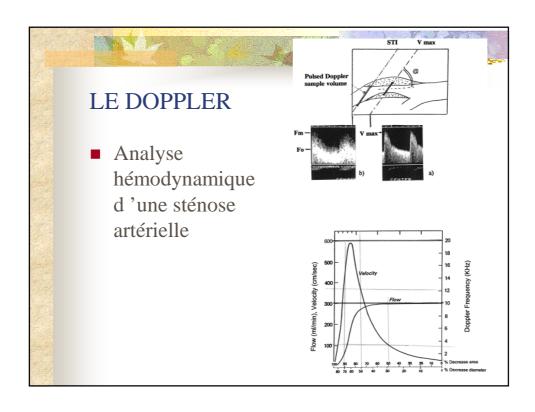
- Intérêt de la mesure des vitesses pour évaluation du degré de sténose
 - Indicateur qualitatif et semi-quantitatif
 - Devant être regroupé avec d'autres paramètres hémodynamiques
 - L'analyse des spectres ne se limite pas à la mesure des Vmax..!!

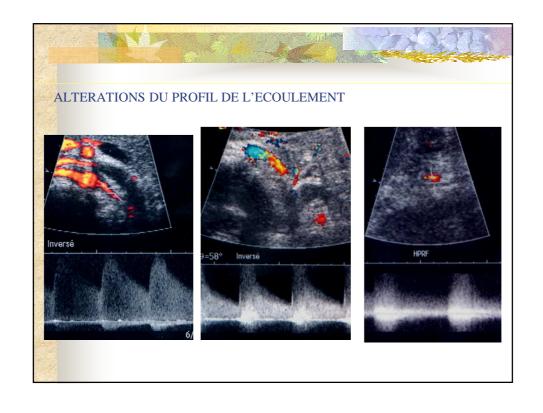


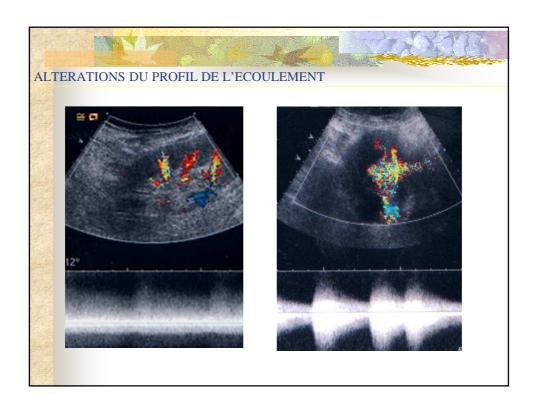


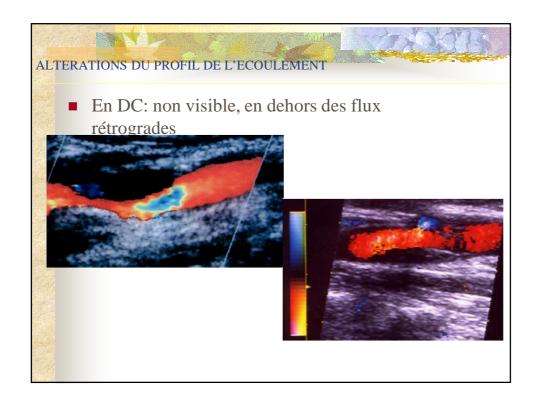


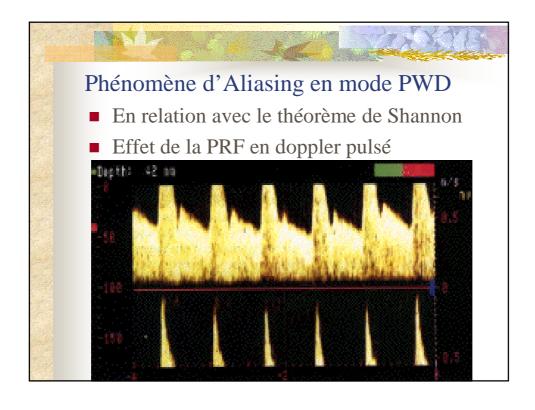




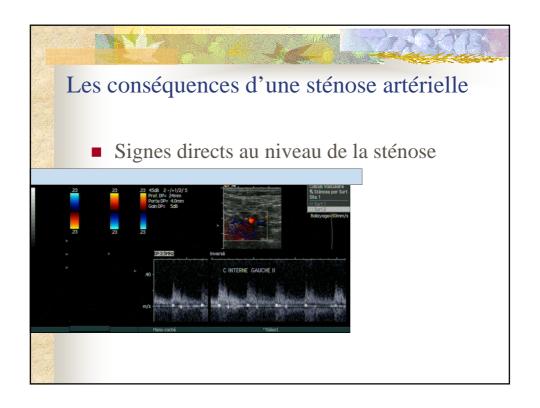


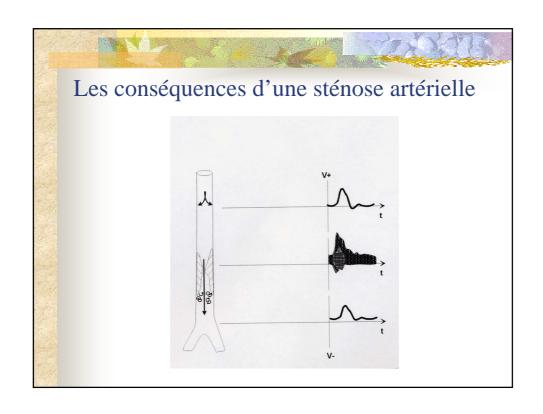






Les conséquences d'une sténose artérielle Signes directs Visualisation de la réduction du chenal Longueur de la sténose (mesure de plaque) % en réduction de diamètre % en réduction de surface Augmentation des VS au centre de la sténose Apparition de turbulences en sortie de sténose Grade hémodynamique quantification





Les conséquences d'une sténose artérielle

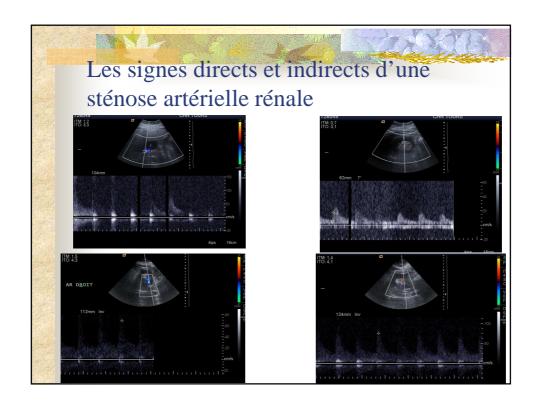
Signes indirects d'aval

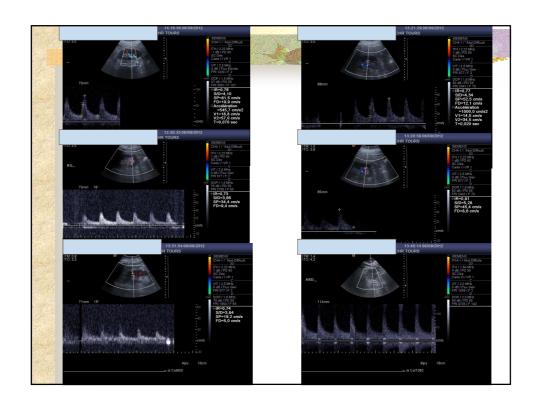
- Démodulation des courbes vélocimétriques
 - Disparition du reflux proto-diastolique
 - Élargissement de la base du spectre
 - Augmentation du TMS
 - Baisse des VS
 - IR abaissé (→V/D° artériolaire)
 - IPS spontanés abaissés <0.85
 - IPS effondrés à l'effort < 0.50

Les conséquences d'une sténose artérielle

■ Signes indirects d'aval

- Apparition d'une circulation collatérale pour les membres
 - Pathognomonique d'une installation progressive
 - Illustrée par une circulation « anarchique »
 - Difficilement identifiable au Doppler couleur
- Quid en intra-parenchymateux?
 - Altération du profil d'écoulement
 - De l'augmentation du TMS à la démodulation

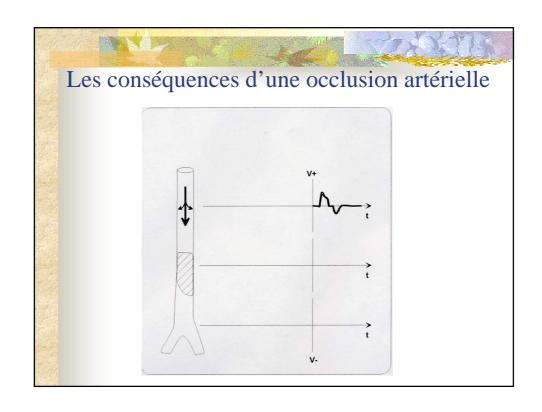




Les conséquences d'une occlusion artérielle

■ Signes directs d'occlusion

- Morpho : matériel endoluminal
- Signe essentiel = aucun signal couleur ou spectral
 - Attention aux faux positifs
 - PRF inadaptée
 - Fréquence d'émission trop élevée
 - Obstacle acoustique (plaque calcifiée)
 - Attention aux faux négatifs
 - Collatérale
 - Image en miroir



Les conséquences d'une occlusion artérielle

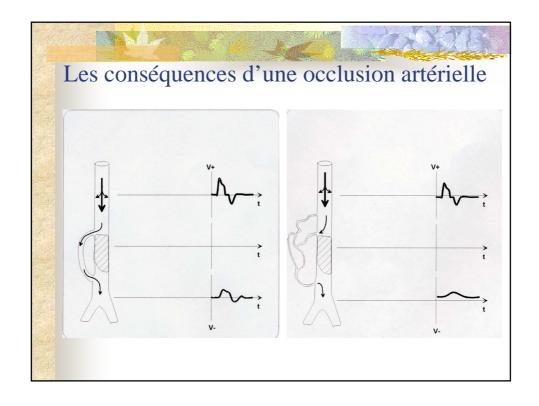
■ Signes d'amont

- Retentissement hémodynamique
 - Flux de « butée »
 - Diminution des vitesses (inv prop distance occlusion)
 - Augmentation des résistances circulatoires
 - Augmentation de l'IP
 - Apparition de la seule composante radiale = flux diphasique

Les conséquences d'une occlusion artérielle

- Signes d'aval (signes hémodynamiques d'hypoperfusion)
 - Démodulation

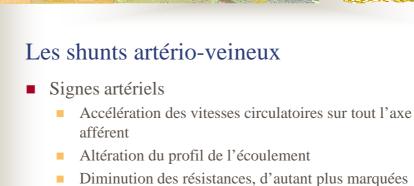
- Abaissement des IP
- Effondrement des IR
- Apparition d'une circulation collatérale
 - Efficace si chronique
 - Médiocre si sub-aigue
 - Inexistante si aigue



Retentissement hémodynamique d'une sténose artérielle

- Signes évidents (cf. supra)
- Signes physiques
 - Le TMS (temps de montée systolique)
 - < 70 ms

- Concerne le premier accident systolique
- Correspond à la transmission de l'onde le long des parois des vaisseaux
- Son absence ne signifie pas qu'il y a sténose

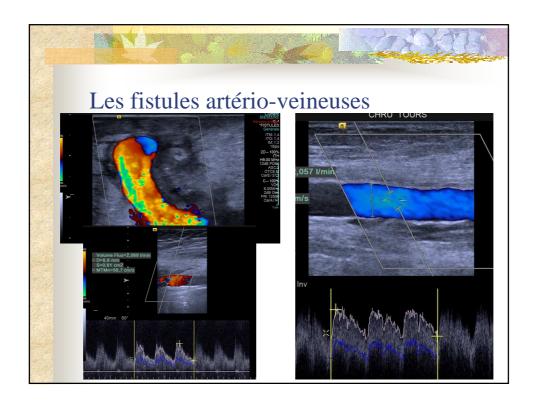


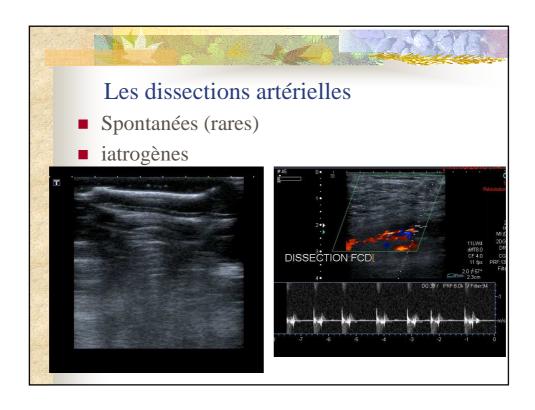
Signes veineux

- Accélération des vitesses circulatoires
- Perte de la modulation respiratoire

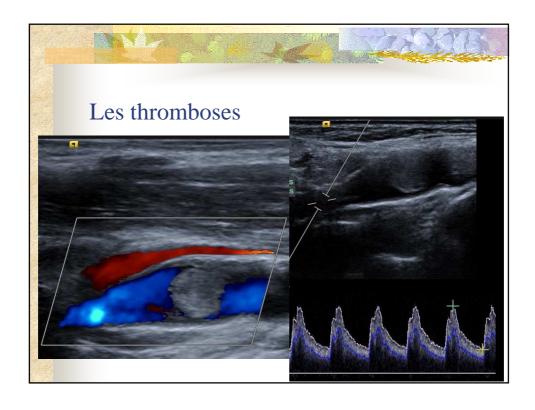
qu'on se rapproche du shunt

Modulation de type artérielle









Plan

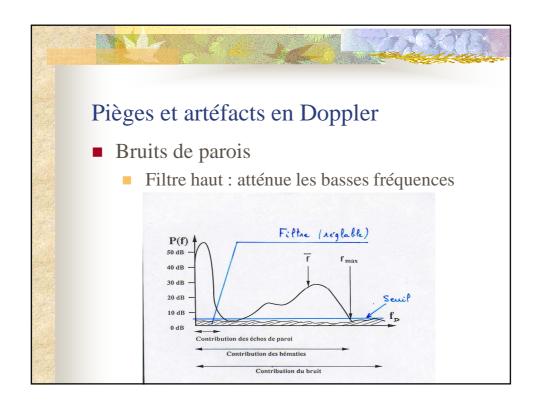
- Rappel physiologique
- Hémodynamique
- Propriétés physiques des vaisseaux
- Ecoulements circulatoires
- Analyse spectrale
- L'effet Doppler
- Différents modes doppler
- Interprétation des signaux doppler
- Pièges et artéfacts en mode Doppler

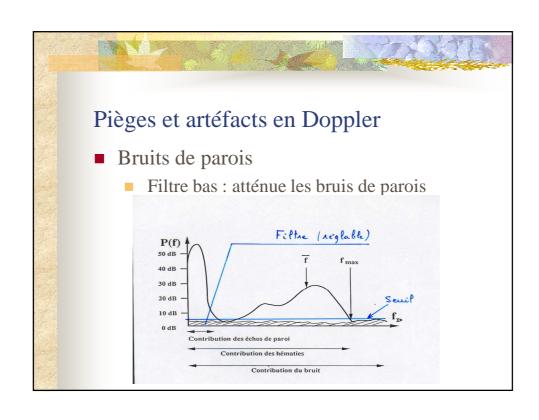
Pièges et artéfacts en Doppler

- Double contrainte en doppler pulsé
 - La profondeur explorée limite la fréquence échantillonnage
 - La fréquence d'échantillonnage limite les hautes fréquences mesurables
- D'où : ambiguïté en vitesse pour les hautes vitesses d'écoulement

Pièges et artéfacts en Doppler

- Mais
 - Le PWD permet de discriminer en profondeur
 - Il donne la direction du flux et la vitesse du sang moyennée sur la fenêtre doppler
 - En mode triplex est associé à l'imagerie et on peut alors connaître le débit de sang
- D'où sa complexité d'utilisation

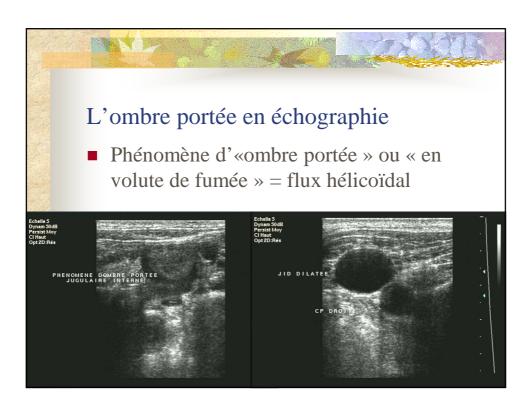




Pièges et artéfacts : l'ombre portée

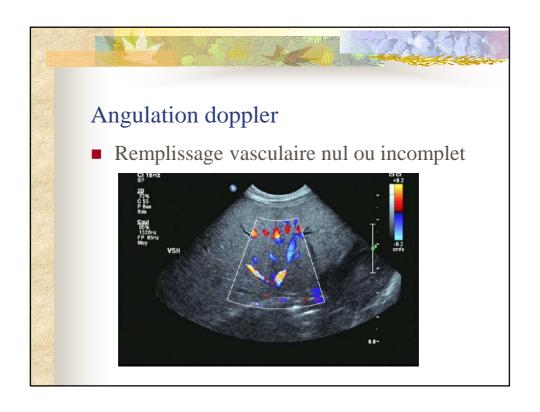
■ Phénomène physique de l'ombre

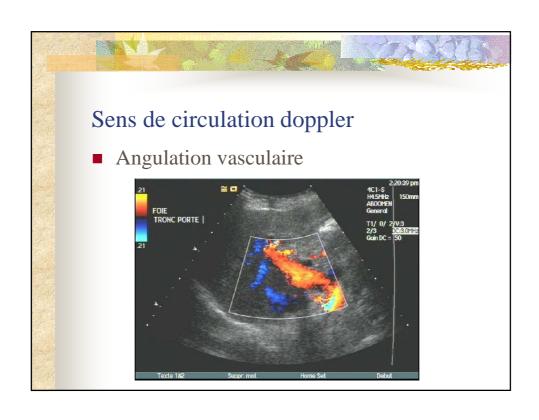
- Partie non éclairée = ombre propre
- Partie en arrière de l'objet = zone d'ombre
- Ombre qui se projette sur un plan = ombre portée

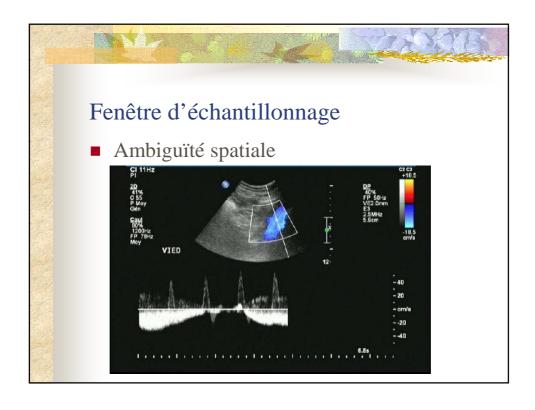












Scintillement Artéfact utile en diagnostic Existe quelque soit la PRF Mise en évidence sur structure réfléchissante Permet de différentier d'autres structures





