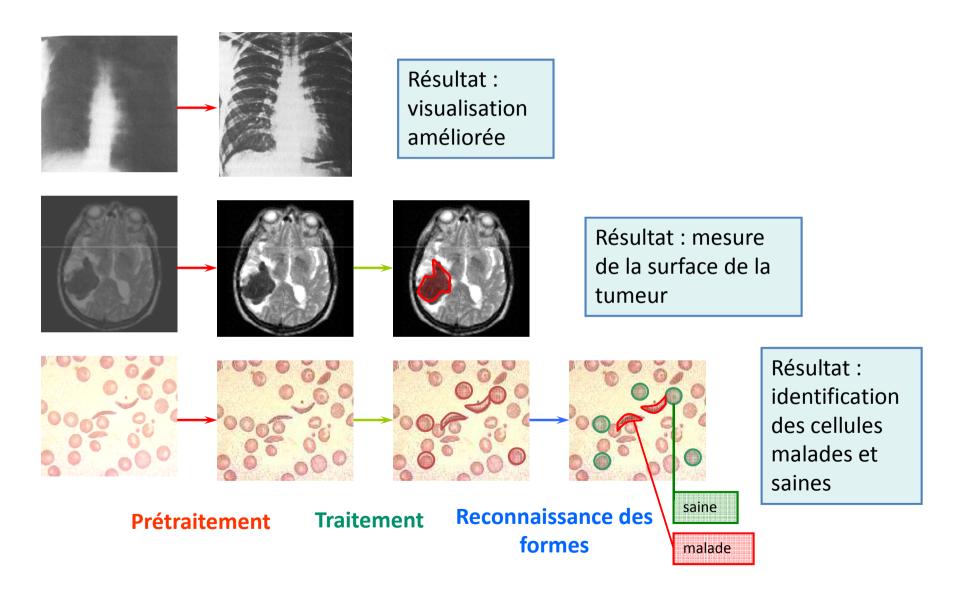
# Recalage d'images

#### Traitement d'images



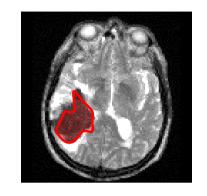
#### **Objectifs**

Amélioration d'image





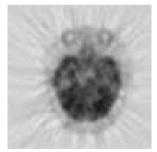
Extractiond'informationdans l'image



**Segmentation** 

Comparer 2 images





**Recalage & fusion** 







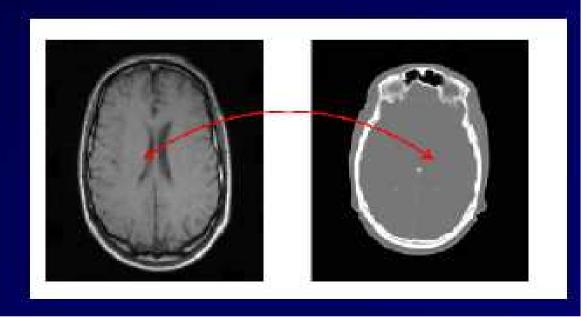
# Recalage

#### Définition

Consiste à trouver une transformation spatiale permettant d'aligner une image (source ou flottante) sur une autre (cible ou référence).



Image registration Image matching

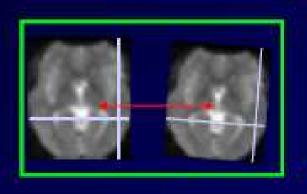


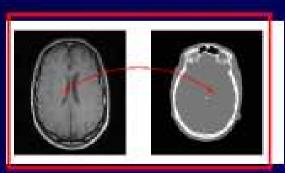
# Recalage

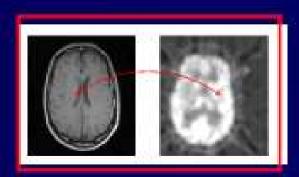
#### Définition

Consiste à trouver une transformation spatiale permettant d'aligner une image (source ou flottante) sur une autre (cible ou référence).

Recalage monomodal ou multimodal





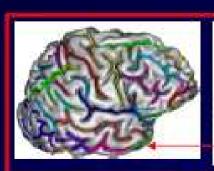


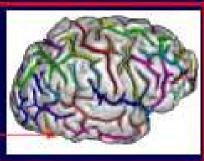
# Recalage

#### Définition

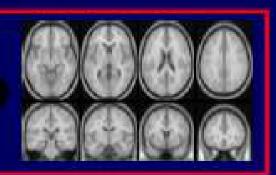
Consiste à trouver une transformation spatiale permettant d'aligner une image (source ou flottante) sur une autre (cible ou référence).

Recalage intra- ou inter-sujets







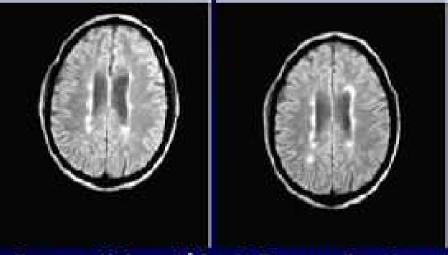


#### Le recalage d'images

- Connaître la notion de primitive permettant le recalage des images (pixel, voxel, surface, centre de gravité, repères internes ou externes,...)
- Connaître quelques grandes méthodes de recalage (méthode du chanfrein, méthode de Woods) ou de logiciel (AIR)

- 1) Intra-patient, mono-modalité
- Exemple : évolution de lésions (images IRM d'un patient atteint de SEP à quelques mois d'intervalle)

Source Cible



Source : Université Louis Pasteur, Strasbourg

- 1) Intra-patient, mono-modalité
- Exemple : évolution de lésions (images IRM d'un patient atteint de SEP à quelques mois d'intervalle)

Source Cible Source recalée

Source : Université Louis Pasteur, Strasbourg

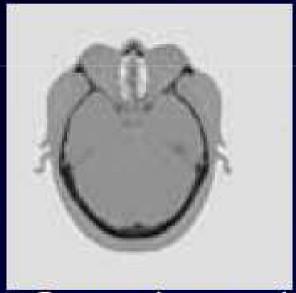
- 1) Intra-patient, mono-modalité
- Exemple : évolution de lésions (images IRM d'un patient atteint de SEP à quelques mois d'intervalle)

Différence Source Cible Source recalée finale

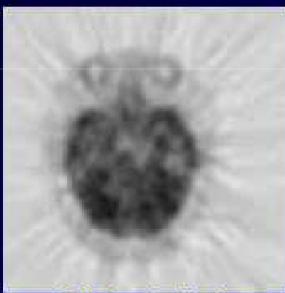


Source : Université Louis Pasteur, Strasbourg

- 2) Intra-patient, multi-modalité
- Exemple : fusion d'informations provenant de 2 modalités différentes



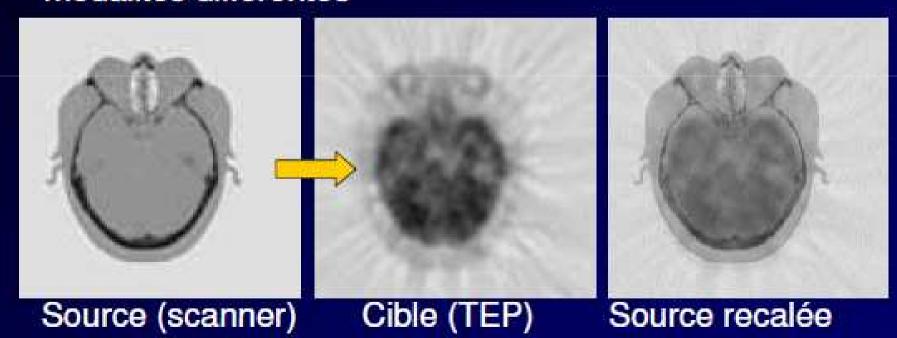
Source (scanner)



Cible (TEP)

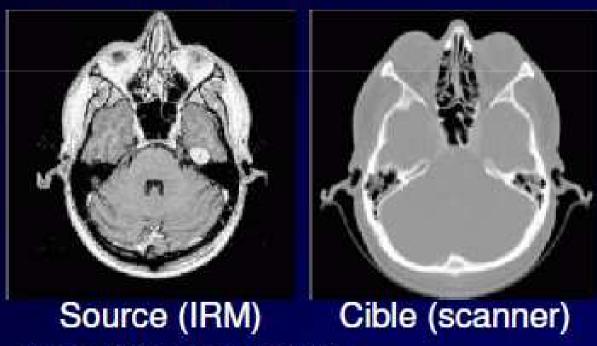
Source: EPFL

- 2) Intra-patient, multi-modalité
- Exemple : fusion d'informations provenant de 2 modalités différentes



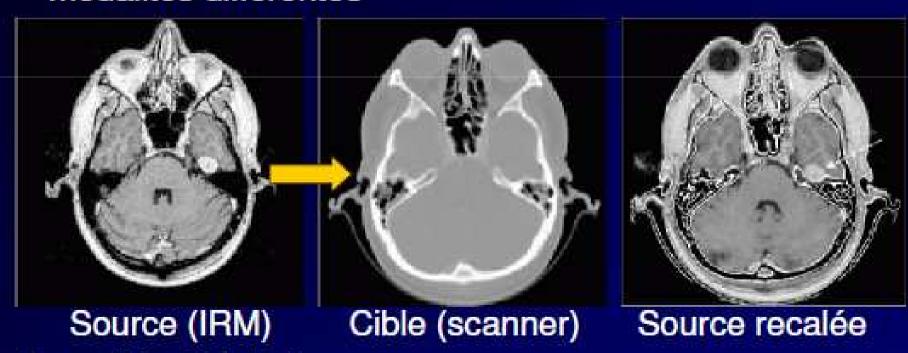
Source: EPFL

- 2) Intra-patient, multi-modalité
- Exemple : fusion d'informations provenant de 2 modalités différentes



Source : Université de Hambourg

- 2) Intra-patient, multi-modalité
- Exemple : fusion d'informations provenant de 2 modalités différentes



Source : Université de Hambourg

- 3) Inter-patient, intra-modalité
- Exemple : Segmentation à partir d'un atlas anatomique

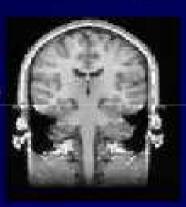
Source (individu)



Cible (atlas)

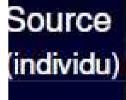


Source recalée



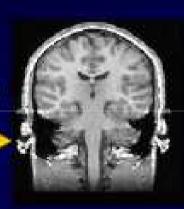
Source : INRIA

- 3) Inter-patient, intra-modalité
- Exemple : Segmentation à partir d'un atlas anatomique





Cible (atlas)



Source recalée









Atlas segmenté et étiqueté

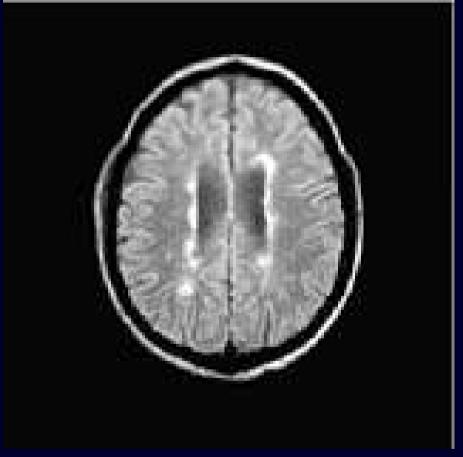
Source: INRIA

### Pourquoi faire du recalage?

- Le recalage vise à compenser les variations de mesure
  - variations géométriques (position du patient) et d'intensité
- Multiples sources d'information (Scanner, IRM, TEMP)
  - Difficulté d'interprétation des images
- Aide au diagnostic
- Planification et suivi des traitements

Comparaison d'images avant/après





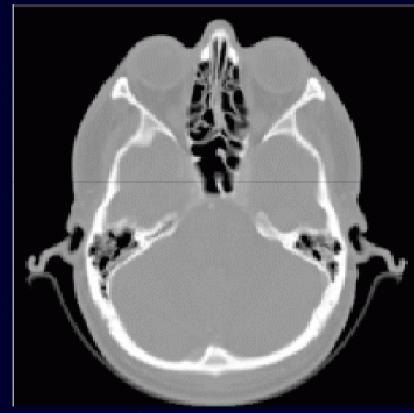
**Source : Université Louis Pasteur, Strasbourg** 

■ Comparaison d'images complémentaires



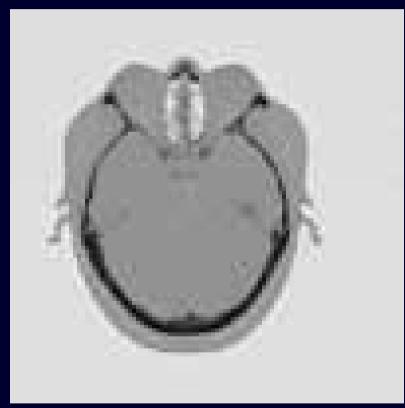
IRM

Source : EPFL



Scanner

#### ■ Comparaison d'images complémentaires

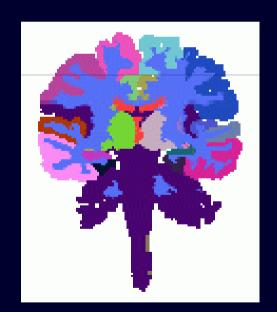


Scanner

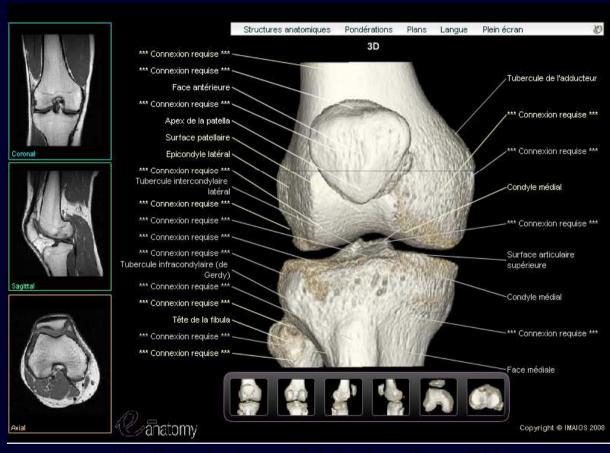
TEP

Source : EPFL

#### Atlas d'organes

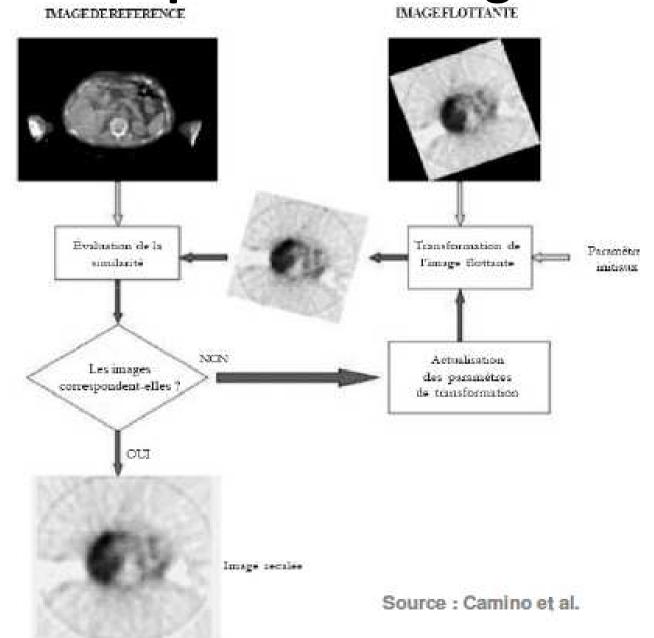


Source: INRIA



http://www.imaios.com/fr/e-Anatomy/Genou-IRM

#### Etapes de recalage



# Primitives géométriques

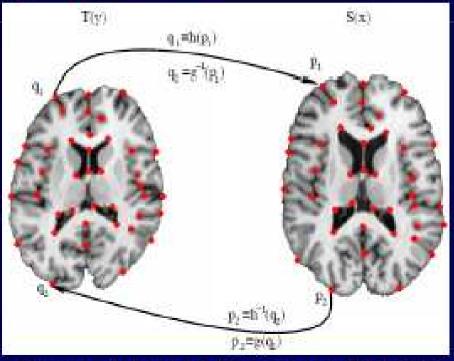
Structures particulières dans l'image

Points, courbes, surfaces

- Extraits automatiquement ou

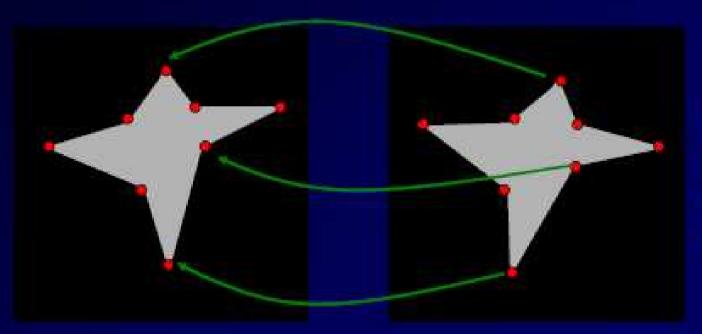
manuellement





# Primitives géométriques

- Structures particulières dans l'image
  - Points, courbes, surfaces
  - Extraits automatiquement ou manuellement



Détection des primitives : ici points de forte courbure

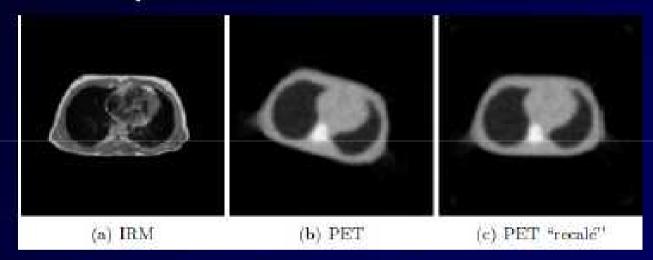
#### Critère de similarité

- Recalage monomodal
- Minimiser le critère des moindres carrés (SSD = sum of squared differences)

$$SSD(IoT, J) = \sum_{pixels \ x} (IoT(x) - J(x))^{2}$$

#### Critères de similarité

- Recalage multimodal
  - -SSD pas utilisable!



- Critère d'uniformité inter-images (partitioned image uniformity, PIU)
  - Roger Woods (UCLA) in 1993 for MRI/PET

# Critère PIU

- Pour chaque NdG n présent dans A:
  - on note les coord des pixels de valeur n
  - On va chercher dans B les pixels de mêmes coordonnées
  - On calculer la moy, l'écart-type sur ces pixels

Domaine de la transformation utilisée

- Globale
  - S'applique de manière identique à toute l'image
- Locale
  - Des sous-sections de l'image ont leurs propres transformations

- Rigide
  - Translation rotation
  - Conservation des angles et des distances
  - + pour recalage intra-patient / intra modalité



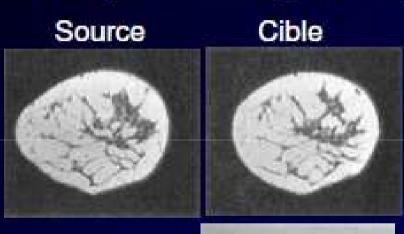
- Affine
  - Des droites parallèles restent parallèles après transformation



Elastique
 Toutes les transformations sont possibles



Exemple : recalage inter-patient de mammographies en IRM





Source recalée par transformation affine





Source: King's College, Londres

Exemple : recalage inter-patient de mammographies en IRM



Source recalée par transformation élastique

#### Différents types de transformation : résumé

- Recalage rigide ou affine
  - Erreur de positionnement
  - Pas de déformations de tissus mous
- Recalage non-rigide ou élastique
  - Petites déformations locales



Source: http://www.inf.uszeged.hu/~ssip/2007/lectures/AttilaTanacs-Registration.pdf

# Méthodes de recalage

2 grandes familles :

 Approches géométriques : recalage de points, courbes, surfaces

 Approches iconiques : recalage voxel à voxel

# Approches géométriques

 Mise en correspondance de points, courbes, etc positionnés manuellement ou automatiquement

- Très souvent recalage rigide
- Un exemple : recalage par chanfrein (Chamfer matching)

 Recalage rigide nécessitant les contours initiaux



Image de référence

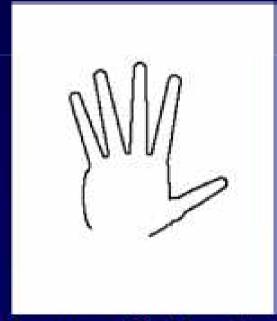
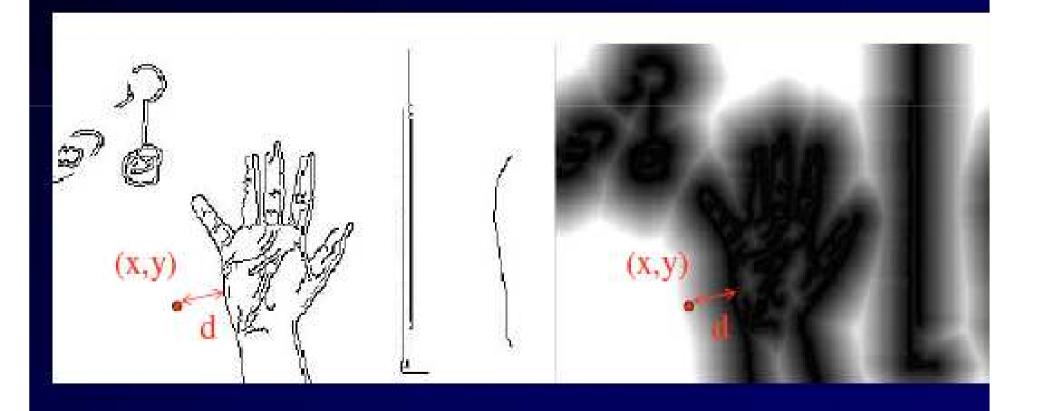


Image flottante

 Calcul d'une carte de distance au contour sur l'image de référence



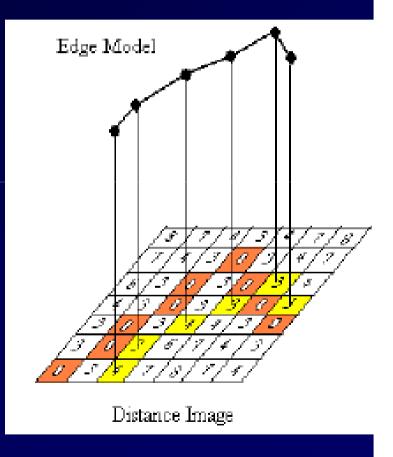
- Contour de l'image flottante superimposé sur la carte de distance
- Calcul de la moyenne des valeurs "sous" les pixels (Chamfer Distance)

R.M.S. Chamfer Distance =

$$\frac{1}{3}\sqrt{\frac{1}{n}\sum_{i=1}^{n}v_{i}^{2}}$$

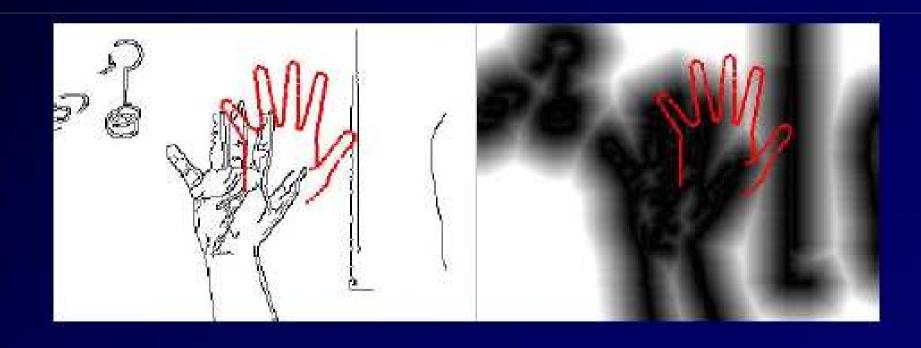
v<sub>i</sub> = valeur de la distance

n = nombre de points



Distance de chanfrein = 1.12

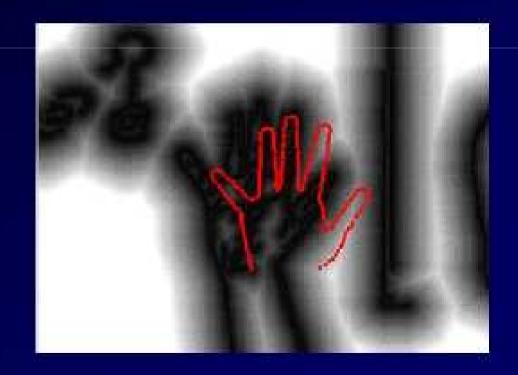
 Calcul de la distance de Chanfrein sous le contour flottant



 Déplacement du C(flottant) jusqu'à ce que la distance de Chanfrein soit minimum



 Déplacement du C(flottant) jusqu'à ce que la distance de Chanfrein soit minimum

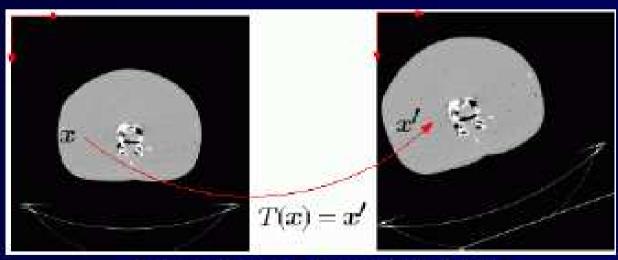


 Déplacement du C(flottant) jusqu'à ce que la distance de Chanfrein soit minimum



# Approches iconiques

- N'utilisent pas de primitives géométriques
- Evite une étape de segmentation
- Préférées quand il est difficile d'extraire des structures communes des jeux de données



Source : Cours D. Sarrut, Univ. Lyon 2

## Approches iconiques

 Utilisent l'intensité et la position des voxels

Recalage rigide ou non-rigide

- Un exemple : méthode de Woods (1992)
  - Logiciel AIR: Automated Image Registration

#### Méthode de Woods

- Basée sur le pixel
- Recalage rigide
- Zones uniformes → correspondent à des régions anatomiques

A une zone uniforme dans une image correspond une zone uniforme dans l'autre image

