# Statistische Bildanalyse eines konfokalen mikroskopischen 2-dimensionalen Ausschnitts aus dem Knorpelwachstum

1 – Einführung

- 2 Bayessche Bildanalyse allgemein
- 3 Datengewinnung und a-priori Annahmen
- 4 MCMC Simulation und Reversible Jump Algorithmus
- 5 Modifikationen des Standard-Algorithmus
- 6 Zusammenfassung
- 7 Literaturverzeichnis



# 1 Einführung

## Bildanalyse

- Mathematisches Ziel: Annäherung des echten Bildes mittels Realisierungen aus einem gegebenen mathematischen Modell
- Biologisches Ziel: Beantwortung biologischer Fragen, die die Natur der Zellen und die zeitliche Veränderung ihrer Eigenschaften betreffen



1

## 2 Bayessche Bildanalyse allgemein

- $y = (y_{ij})$  gestörtes Bild
- Parametervektor X, der ein Bild  $\mu(X) = (\mu_{ij}(X))$  induziert (Eindeutigkeit)
- A-priori Verteilung  $\pi_X$  auf einem Raum E
- £(y|x) Prozess, der die Entstehung der Beobachtung y bei einem bestimmten zugrunde liegenden Parametervektor x beschreibt (Störung)
- $\pi(y)$  Randdichte für die Beobachtung y, wird meist nicht berücksichtigt



- Schlussfolgerungen über das Originalbild aufgrund der a-posteriori Verteilung  $\pi_{X|Y}(x|y)$ 

Satz von Bayes (bei gestörten Bildern)

$$\pi_{X|Y}(x|y) = \frac{\mathcal{L}(y|x)\pi_X(x)}{\pi(y)} \propto \mathcal{L}(y|x)\pi_X(x)$$



## Störungsarten

Seien  $Y_i$  und  $Y_j$   $(i \neq j)$  bedingt unabhängige Pixel für ein gegebenes  $\mu$ ,  $\mathcal{I}$  die Menge aller Pixel

• Gaußsche additive Störung:

$$Y = \mu(X) + \varepsilon$$
, wobei  $\varepsilon \sim N(0, \sigma^2 I)$ 

Seien  $\varepsilon$  und X unabhängig, dann ist

$$\mathcal{L}(y_i|\mu_i(x)) \propto \frac{1}{\sigma} \exp(-\frac{(y_i - \mu_i(x))^2}{2\sigma^2})$$

und

$$\mathcal{L}(y|x) = \mathcal{L}(y|\mu(x)) = \prod_{i \in \mathcal{I}} \mathcal{L}(y_i|\mu_i(x)) = K \frac{1}{\sigma} \exp^{\sum_{i \in \mathcal{I}} \left(-\frac{(y_i - \mu_i(x))^2}{2\sigma^2}\right)}$$



• Binäre Störungen: Jedes Einzelpixel wechselt mit Wahrscheinlichkeit p die Farbe

$$\mathcal{L}(y_i|\mu_i(x)) = \begin{cases} 1-p & \text{falls } y_i = \mu_i(x) \\ p & \text{falls } y_i \neq \mu_i(x) \end{cases}$$

Es gilt

$$\mathcal{L}(y|x) = \mathcal{L}(y|\mu(x)) = \prod_{i \in \mathcal{I}} \mathcal{L}(y_i|\mu_i(x)) = (1-p)^{\sum_{i \in \mathcal{I}} \mathbf{1}_{\{y_i = \mu_i(x)\}}} \cdot p^{\sum_{i \in \mathcal{I}} \mathbf{1}_{\{y_i \neq \mu_i(x)\}}}$$



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar

## Schätzung von Bildern

Mehrere Möglichkeiten wie Bilder nach Ablauf der MCMC Simulation geschätzt werden können

- Maximum-a-posteriori (MAP)-Schätzer: Maximierung der a-posteriori Verteilung
- Minimum Mean Square Estimate (MMSE): Bildung des Mittelwerts der Pixel-Werte nach einer bestimmten Anzahl von Schritten; Schätzung für das ganze Bild setzt sich daraus zusammen
- Bild nach *n*-ter Iteration



## 3 Datengewinnung und a-priori Annahmen

## Konfokale fluoreszierende Mikroskopie

- Visualisierung 3-dimensionaler Proben ohne physische Schnitte
- Einstellung eines Laserstrahls auf einen Punkt der mit fluoreszierendem Färbemittel gefärbten Probe
- Messung und Aufzeichnung zurückkommender Fluoreszenz
- Aufnahme des Färbemittels von Gewebeart abhängig
- Scannen über Gitter liefert 2-dimensionalen Schnitt
- Beobachtetes Bild  $y = (y_{ij})$ : verzerrt durch Hintergrundrauschen



## Originaldaten

- Konfokale mikroskopische Bilder von Zellen (Knorpelwachstum)
- Zellen gefärbt, Hintergrund ungefärbt
- Skalierung mit Dark Ground Verfahren: Beobachtungswerte zwischen  $\tau_0 > 0$  und 255
- Zellen als elliptische Objekte
- Bild ist Teil einer Zeitfolge, die Veränderungen der Zellengröße und -form zeigt
- Ziel: Erhalt von Schätzungen bestimmter Größen- und Formeigenschaften der Zellpopulation in einem bestimmten Wachstumszustand in verschiedenen Abständen





Figure 1: 2-dimensionaler Ausschnitt aus dem Knorpelwachstum



## A-priori Annahmen

- $Y_{ij}$  unabhängig untereinander
  - ⇒ Störung pixelweise (Gaußsche additive Störung)
- Jedes Pixel besitzt zugehörige Intensität
- Forderung an das Bildmodell: Informationen über die geeignete Anzahl von Zellen, Lokalisation, Größe, Orientierung, Form und Intensität (markierte Punktprozesse)
- Vorgehen: Definieren Referenzmaß  $\Gamma$  (enthält Eigenschaften der Zellenverteilung) und schreiben Gesamtmodell als Dichte bzgl.  $\Gamma$



### Aussagen über Objekte und ihre Marken

- Darstellung jedes Objekts als Paar (l,m), wobeil Lokalisation und  $m=(a,b,\theta,\lambda)$  Marke
  - Modellieren Zellen als Ellipsen mit Zentrum l, Halb-Achsen der Länge a und b und mit Winkel  $\theta$ , den Halb-Achse a mit x-Achse einschließt
  - Signalintensitätslevel  $\lambda$
- $a, b \in M_{axis} = (\min_{axis}, \max_{axis}), \ \theta \in (0, \pi), \ \lambda \in M_{\lambda} = (\min_{\lambda}, \max_{\lambda})$
- $m \in M = M_{axis}^2 \times (0, \pi) \times M_{\lambda}$
- l ist Paar kartesischer Koordinaten im Fenster L mit Fläche  $A_L$



- Für Zelle *i* schreiben wir  $X_i = (l_i, m_i) = (l_i, a_i, b_i, \theta_i, \lambda_i)$
- Gesamtvektor  $X = (X_1, ..., X_N)$
- Bezeichnen Klasse aller möglichen Objekte mit ihrer Lokalisation mit  $U = L \times M$



### Annahmen über das Referenzmodell

- Zellen dürfen überlappen
- Zell-Lokalisationen unterliegen homogenen Poissonprozess mit Intensität 1
- Anzahl der Punkte in einem Bereich A besitzt Poissonverteilung mit Erwartungswert  $\rho(A)$  mit  $\rho$  Lebesgue-Maß
- Annahmen über die Parameterverteilung
  - $a, b, \theta$  und  $\lambda$  unabhängig
  - $a \sim N(\mu_a, \xi^2)$  und  $b \sim N(\mu_b, \xi^2)$ , aber auf  $M_{axis}$  beschränkt
  - $\theta$  besitzt Dichte  $\frac{|\cos \theta| + \pi^{-1}}{3}$  auf  $(0, \pi)$
  - $\lambda \sim U(\min_{\lambda}, \max_{\lambda})$



• Dichte der Marke:

$$f_X(a,b,\theta,\lambda) = \frac{c}{2\pi\xi^2} e^{-\frac{1}{2\xi^2}[(a-\mu_a)^2 + (b-\mu_b)^2]} \frac{|\cos\theta| + \pi^{-1}}{3} \frac{1}{\max_\lambda - \min_\lambda}$$



## Referenzmaß

- Sei  $\nu$  Wahrscheinlichkeitsmaß der Markenverteilung
- Referenzmaß als markierter Poissonprozess auf U = L × M mit Intensitätsmaß μ = ρ ⊕ ν
   ⇒ Gesamtanzahl der Objekte N in U besitzt eine Poissonverteilung mit Erwartungswert μ(U) = ρ(L) = A<sub>L</sub>, weiter gilt unter der Bedingung N = n, dass X<sub>1</sub>,..., X<sub>n</sub> unabhängig sind und f<sub>X<sub>i</sub></sub>(x) = μ(dx<sub>i</sub>)/μ(U)
- Definieren Referenzmaß  $\Gamma(x,n)$  als Maß dieses Prozesses auf  $E = \bigcup_n U^n$



• Unter  $\Gamma$  gilt

$$\mathbb{P}(X \in A) = \frac{e^{-\mu(U)} [\mu(U)]^n}{n!} \int \dots \int_A \frac{\mu(dx_1)}{\mu(U)} \dots \frac{\mu(dx_n)}{\mu(U)}$$
$$= \frac{e^{-\mu(U)}}{n!} \int \dots \int_A \mu(dx_1) \dots \mu(dx_n), \ A \in U^n$$



### Das a-priori Bildmodell

• Wir setzen a-priori Bildmodell als Maß mit Dichte  $p_X(x,n)$  bzgl.  $\Gamma$  auf E

$$p_X(x,n) = k\beta^n \mathbb{1}[\text{keine } \ddot{\text{U}}\text{berlappung}], \qquad (1)$$

wobei k Konstante und  $\beta$  die Gesamtdichte der Zellen näher bestimmt

Bedingung: Zellen d
ürfen nicht 
überlappen (Hardcore interaction model)

 $\Rightarrow$  Marken und Lokalisation nicht mehr unabhängig

- Gesamtanzahl der Zellen meist kleiner als Erwartungswert  $\beta\rho(L)$  der Poissonverteilung



• Mit Dichte  $p_X(x,n)$  gilt

$$\mathbb{P}(X \in A) = \frac{e^{-\mu(U)}}{n!} \int \dots \int_{A} p_X(x, n) \mu(dx_1) \dots \mu(dx_n), \ A \in U^n$$



### Ausdruck der Bildmodelle als Summe von Lebesgue-Dichten

• Dichte  $f_X(x_i)$  des Referenzprozesses:

$$f_X(x_i) = \frac{1}{A_L} \frac{c}{2\pi\xi^2} e^{-\frac{1}{2\xi^2} [(a_i - \mu_a)^2 + (b_i - \mu_b)^2]} \frac{|\cos \theta_i| + \pi^{-1}}{3} \frac{1}{\max_\lambda - \min_\lambda} \frac{1}{(2)}$$
  
für  $l_i \in L$  und  $(a_i, b_i, \theta_i, \lambda_i) \in M$ , ansonsten  $f_X(x_i) = 0, x_i \in \mathbb{R}^{6n}$ 

- Referenzmaß  $\Gamma(x,n)$  besteht aus Untermaßen  $\Gamma^n(x)$ , n = 0, 1, ...,wobei  $\Gamma^n(x)$  Bilder betrifft, die n Zellen beinhalten (6n Parameter)
- Unterdichte von  $\Gamma^n(x)$  bzgl. Lebesgue-Maß auf  $\mathbb{R}^{6n}$ :

$$p_{\Gamma}^{n}(x) = \frac{e^{-A_{L}}A_{L}^{n}}{n!} \prod_{i=1}^{n} f_{X}(x_{i}) \text{ für } x_{i} \in U, \ i = 1, ..., n$$



 A-priori Modell besitzt Dichte aus (1) bzgl. Γ
 ⇒ Summe von Untermaßen π<sup>n</sup><sub>X</sub>(x), n = 0, 1, ..., wobei π<sup>n</sup><sub>X</sub>(x)
 folgende Unterdichte bzgl. des Lebesgue-Maßes auf ℝ<sup>6n</sup> besitzt:

$$p_X^n(x) = p_X(x, n) p_{\Gamma}^n(x)$$
  
=  $k \beta^n \frac{e^{-A_L} A_L^n}{n!} \prod_{i=1}^n f_X(x_i) \mathbb{1}[\text{keine Überlappung}]$ 

für  $x_i \in U, \ i = 1, ..., n$ 

 Dichte p<sub>X|Y</sub>((x,n)|y) der a-posteriori Bildverteilung bzgl. Γ ist proportional zum Produkt der a-priori Dichten p<sub>X</sub>(x,n) und der Wahrscheinlichkeit der beobachteten Daten L(y|x)
 ⇒ a-posteriori Bildverteilung ist Summe der Untermaße π<sup>n</sup><sub>X|Y</sub>(x|y)



mit Unterdichten

$$p_{X|Y}^n(x|y) \propto p_X(x,n) p_{\Gamma}^n(x) \mathcal{L}(y|x), \ n = 0, 1, \dots$$

bzgl. des Lebesgue-Maß auf  $\mathbb{R}^{6n}$ 

• Darstellung der *n*-ten Unterdichte:

$$p_{X|Y}^{n}(x|y) \propto \beta^{n} \frac{e^{-A_{L}} A_{L}^{n}}{n!} \prod_{i=1}^{n} f_{X}(x_{i}) \mathbb{1}[\text{keine } \ddot{\text{U}}\text{berlappung}] \mathcal{L}(y|x)$$
(3)
für  $x_{i} \in U, \ i = 1, ..., n$ 



# 4 MCMC Simulation und Reversible Jump Algorithmus MCMC Simulation

- Durchlaufen einer ergodischer Markov-Kette mit stationärer Verteilung  $\pi$ 
  - $\Rightarrow$  Erzeugung von Stichproben
- Verwendete Veränderungsoperationen:
  - Verlagerung (Shift): Translation einer Zelle
  - Veränderung der Zelle (Resize): Modifikation der Halb-Achsen einer Zelle
  - Rotation (Rotate): Änderung der Orientierung einer Zelle
  - Veränderung der Intensität (Intensity Change)



- Geburt (Birth): Hinzufügen einer Zelle
- Tod (Death): Löschen einer Zelle
- Spaltung (Split): Aufteilen einer Zelle in zwei neue
- Verschmelzung (Merge): Vereinigung zweier angrenzender Zellen zu einer
- Simulation mittels Reversible Jump Algorithmus (Green (1995))



#### Durchführung des Reversible Jump Algorithmus

- Samplen ergodische Markov-Kette mit stationärer Verteilung  $\pi_{X|Y}$ , die sich aus Untermaßen  $\pi_{X|Y}^n$  und Unterdichten  $p_{X|Y}^n$  auf dem  $\mathbb{R}^{6n}$ , n = 0, 1, ... aus (3) zusammensetzt
- Bezeichnungen:
  - $\nu$  Veränderung, die Zelle hinzufügt
  - $j_{\nu}(x)$  Wahrscheinlichkeit, dass diese Veränderung im Zustand x ausgewählt wird
  - $\nu^\prime$  entgegengesetzte Veränderung
  - $j_{\nu'}(x')$  Wahrscheinlichkeit, dass diese Veränderung im Zustand x' ausgewählt wird
  - $X \in \mathbb{R}^{6n}$  Bild mit n Zellen



- allgemeine Vorgehensweise
  - 1. Schritt: Auswahl des Verändungsprozesses (Geburt, Tod,...)
  - 2. Schritt: Bestimmung eines möglichen neuen Zustands  $x^\prime$
  - 3. Schritt: Bestimmung der Akzeptanzwahrscheinlichkeit  $\alpha_{\nu}(x,x')$
  - 4. Schritt: Annahme oder Ablehnung der Akzeptanzwahrscheinlichkeit  $\alpha_{\nu}(x, x')$



26

### Herleitung der Akzeptanzwahrscheinlichkeit $\alpha_{\nu}(x, x')$

• Eine Markov-Kette hat eine stationäre Verteilung  $\pi_{X|Y}$ , falls jede Kombination aus Veränderung und entgegengesetzter Veränderung die Detailed-Balance-Condition bzgl.  $\pi_{X|Y}$  erfüllt: Beispiel: Geburt-Tod Für  $A \subset \mathbb{R}^{6n}$  und  $B \subset \mathbb{R}^{6(n+1)}$  muss gelten

 $\mathbb{P}\{X \in A \text{ gefolgt von Geburt führt zu } X' \in B\} = \mathbb{P}\{X \in B \text{ gefolgt von Tod führt zu } X' \in A\}$ 

• Sei  $C_x = \{u : g(x, u) \in B \text{ und } q(u) > 0\}$ , wobei u eine Zufallsvariable ist, die aus der Dichte  $q(u) = f_X(u)$  erzeugt wird und  $g(x, u) \in \mathbb{R}^{6(n+1)}$ 



- Betrachten Paare der Mengen A und B, so dass  $C_x \neq \oslash$  für alle  $x \in A$  und  $x' \in B$ 
  - $\Rightarrow$  Detailed-Balance-Condition ist äquivalent zu

$$\int_{A} \int_{C_x} p_{X|Y}^n(x|y) j_{\nu}(x) q(u) \alpha_{\nu}(x, g(x, u)) \, du \, dx = \\ \int_{B} p_{X|Y}^{n+1}(x'|y) j_{\nu'}(x') \alpha_{\nu'}(x', x(x')) \, dx'$$

Umwandlung des Doppelintegrals durch Substitution  $x^\prime = g(x,u)$  in Intregral über B ergibt

$$p_{X|Y}^{n}(x|y)j_{\nu}(x)q(u)\alpha_{\nu}(x,x')| \mid \frac{dx'}{d(x,u)} \mid^{-1} \mid = p_{X|Y}^{n+1}(x'|y)j_{\nu'}(x')\alpha_{\nu'}(x',x)$$
für alle  $x, u$  und  $x' = g(x,u)$ , wobei  $\mid \frac{dx'}{d(x,u)} \mid$  Jacobi-Matrix der Transformation  $x' = g(x,u)$ 



• Gleichung ist erfüllt für

$$\alpha_{\nu}(x,x') = \min\{1, R_{\nu}\} \text{ und } \alpha_{\nu'}(x',x) = \min\{1, R_{\nu}^{-1}\},\$$

wobei

$$R_{\nu} = \frac{j_{\nu'}(x')p_{X|Y}^{n+1}(x'|y)}{j_{\nu}(x)p_{X|Y}^{n}(x|y)q(u)} \mid \frac{dx'}{d(u,x)} \mid$$



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar

### Konkretes Vorgehen

• Weisen jeder Veränderung gleiche Wahrscheinlichkeit zu

$$j_{\nu}(x) = \begin{cases} \frac{1}{8} & \text{für jede Veränderung, falls } n \geq 2\\ \frac{1}{7} & \text{für jede Veränderung außer Verschmelzung, falls } n = 1\\ 1 & \text{für eine Geburt, falls } n = 0 \end{cases}$$

- Falls gegenwärtiger Zustand x n Zellen besitzt und eine Veränderung durch Geburt gewählt wird, wird eine Zufallsvariable  $u = (l, a, b, \theta, \lambda)$  definiert
  - Erzeugen Wert durch Dichte  $q(u) = f_X(u)$  aus (2)
  - Vorschlag  $x' = (x_1, ..., x_n, u)$  durch neue Zelle  $x_{n+1} = u$
- Veränderung durch Tod löscht letzte Zelle in Liste



• Akzeptanzwahrscheinlichkeiten

$$\alpha_{Geburt}(x, x') = \min\{1, R_{\nu}\} \text{ und } \alpha_{Tod}(x, x') = \min\{1, R_{\nu}^{-1}\}, \text{ wobei}$$
$$R_{\nu} = \frac{j_{Tod}(x') \ p_{X|Y}^{n+1}(x'|y)}{j_{Geburt}(x) \ p_{X|Y}^{n}(x|y) \ q(u)} \times 1$$

Einsetzen und Kürzen ergibt

$$R_{\nu} = \frac{j_{Tod}(x')}{j_{Geburt}(x)} \frac{\beta A_L}{n+1} \frac{\mathcal{L}(y|x')}{\mathcal{L}(y|x)} \mathbb{1}[\text{keine Überlappung in } x']$$



- Bemerkung: Zelle kann an beliebiger Stelle eingefügt/gelöscht werden
- Verlagerung, Veränderung, Rotation, Intensitätsveränderung analog (sogar einfacher, da kein Dimensionswechsel)
- Spaltung und Verschmelzung ähnlich (Al-Awadhi 2001, Rue & Hurn 1999)



#### Sampler Leistung



Figure 2: Bilder nach 25.000 Iterationen mit drei verschiedenen Keimen



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar

## 5 Modifikationen des Standard-Algorithmus

## Verbesserung des Geburtsprozesses

- Verbesserung der Akzeptanzrate durch Auswahl von Punkten mit hoher Intensität
- Modifizierter Algorithmus mit pixelweisen Gewichten  $p_i, i = 1, .., S$

$$p_i \propto \begin{cases} 1 & \text{falls } Y_i < 30 \\ \frac{Y_i}{3} - 9 & \text{falls } 30 \le Y_i < 90 \\ 21 & \text{falls } 90 \le Y_i \end{cases}$$

 $\Rightarrow p_i$ anstatt $\frac{1}{A_L}$ im Nenner der Akzeptanzwahrscheinlichkeit für eine Geburt



 Starke Gewichtung für einen gut gewählten Geburtsvorschlag, führt oft zu α<sub>Geburt</sub> = 1 und somit zu automatischer Akzeptanz
 ⇒ Höhere Akzeptanzrate von Geburten, womit der Anteil an Iterationen, die eine Geburt vorschlagen, reduziert werden kann
 ⇒ Erneute Zuteilung der Iterationszahl zwischen den verschiedenen Veränderungen führt zur Erhöhung der Anzahl der anderen Veränderungen





Figure 3: Bilder nach der Verbesserung des Geburtsprozesses nach 25.000 Iterationen



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar

### **Relaxierter Modell Sampler**

• Bisher:

Vorschläge, in denen sich Zellen überlappen, werden automatisch abgelehnt

 $\Rightarrow$  Einführen von Zwischenschritten in MCMC-Simulation

- Vorgehen
  - Sei  $E_0$  Unterraum von E, in dem keine Zellen überlappen
  - Samplen von der a-posteriori Bildverteilung  $\pi_{X|Y}$ , deren Träger vollständig in  $E_0$  liegt
  - Definieren Verteilung  $\tilde{\pi}$  auf E
  - Legen zweite Markov-Kette auf E fest, die die Detailed-Balance-Condition bzgl.  $\tilde{\pi}$  erfüllt



- Definieren modifizierten MCMC Algorithmus mit stationärer Verteilung  $\pi_{X|Y}$ , der Ausflüge nach  $E \setminus E_0$  nutzt, indem er Vorschläge  $x' \in E_0$  erzeugt:
  - \* Gegenwärtige Zustand  $x \in E_0$
  - \* Separater Prozess von Haupt-Markov-Kette mit Vorschlägen in *E* bis Zustand  $x' \in E_0$
  - \* x' Vorschlag für Haupt-Markov-Kette
  - \* Bei Ablehnung des Vorschlags bleibt die Kette in x
- Akzeptanzwahrscheinlichkeit, die für die Detailed-Balance-Condition der Haupt-Markov-Kette bzgl.  $\pi_{X|Y}$  benötigt wird:

$$\alpha(x, x') = \min\{1, \frac{p_{X|Y}^{n'}(x'|y) \ \tilde{p}^n(x)}{p_{X|Y}^n(x'|y) \ \tilde{p}^{n'}(x')}\},\$$



wobei n und n' Anzahl der Zellen in Bildern x und x' und  $\tilde{p}^n(x)$ Unterdichte von  $\tilde{\pi}$  bzgl. Lebesgue-Maß auf  $\mathbb{R}^{6n}$ 

 Unterdichte von π̃ bzgl. des Lebesgue-Maß auf ℝ<sup>6n</sup>: Schnelles Erreichen des Zustands x' ∈ E<sub>0</sub>
 ⇒ Setzen die Dichte von π̃ proportional zu derjenigen von π<sub>X|Y</sub> im Zustand x ∈ E<sub>0</sub> und bestrafen die Zustände in E\E<sub>0</sub> anhand ihres Zellenüberlappungsgrads

$$\tilde{p}^n(x) = \tilde{K}\beta^n \frac{e^{-A_L}A_L^n}{n!} [\prod_{i=1}^n f_X(x_i)] e^{-\gamma\nu(x)} \tilde{\mathcal{L}}(y|x),$$

wobei

–  $\nu(x)$  Anzahl der Pixel in x, die von mehr als einer Zelle bedeckt werden



- $\tilde{\mathcal{L}}(y|x)$  modifizierte Version der Likelihood-Funktion, in der Intensität des Pixels gleich der mittleren Intensität der Pixel ist, die ihn bedecken
- Konstante  $\gamma$  regelt Grad der Bestrafung überlappender Zellen
  - \* Falls  $\gamma$  klein gewählt wird, ist die mittlere Dauer der erfolgreichen Ausflüge groß
  - $\ast\,$  Falls  $\gamma\,$  groß gewählt wird, ist die mittlere Dauer der Ausflüge dementsprechend klein
- Schutz vor Durchlauf, indem Kette viel Zeit in Zuständen weit von  $E_0$  verbringt: Maximallänge m
- Anwendung des relaxierten Modells auch nur auf ein Unterfenster möglich





Figure 4: Bilder des relaxierten Modells nach 5.000, 15.000 und 30.000 lterationen mit  $\gamma=150$ 



## Konstruktion geeigneter Anfangszustände

- Gefahr: Kette arbeitet sich einen Weg durch Gebiete mit extrem niedriger Wahrscheinlichkeit und verbraucht zur Verfügung stehende Rechenzeit
- Lösung: Start der Markov-Kette an einem Punkt nahe des Teils des Bildraums, der gesamplet werden soll:
  - Anwendung von Thresholding und morphologischen Operationen  $\rightarrow$  Erzeugung einer Ausgangsapproximation des echten Bildes
  - Umwandlung des Bilds in eine Menge von elliptischen Objekten  $\rightarrow$  Bildung eines legitimen Bildes im Bildraum  $E_0$



### Mathematische Morphologie

- Thresholding: Pixel mit einem beobachteten Wert größer als eine vorgegebene Schranke als 'Objekt', andere Pixel als 'Hintergrund'
- Opening Operator: Erosion und Dilatation
  - Sei A die Menge aller Objektpixel, B symmetrisches strukturierendes Element,  $B_p$  das mit seinem Bezugspunkt zum Pixel p verschobene strukturierende Element
  - Erosion (Abtragung):  $A \ominus B = \{p : B_p \subset A\}$
  - Dilatationsschritt (Ausdehnung):  $A \oplus B = \{p : B_p \cap A \neq \emptyset\}$



### Erzeugung von Ellipsen - Herleitung der Ellipsengleichung

- Menge der 'Objekt'-Mittelpunkte (X,Y) als Stichprobe einer bivariaten Normalverteilung mit Erwartungswertvektor  $(\mu_x, \mu_y)$ ,  $Var(X) = \sigma_x^2$ ,  $Var(Y) = \sigma_y^2$  und  $Cov(X,Y) = \rho \sigma_x^2 \sigma_y^2$
- Schätzung der Parameter mit Standard-Methoden
- Umriss der Ellipse als Normalverteilung der Form

$$\frac{(x-\mu)^2}{\sigma_x^2} + \frac{(y-\mu)^2}{\sigma_y^2} - \frac{2\rho(x-\mu_x)(y-\mu_y)}{\sigma_x\sigma_y} = C$$



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar



Figure 5: Bild nach (a) Thresholding und Anwendung morphologischer Operationen, (b) Erzeugung von Ellipsen und (c) 20.000 Iterationen



Simulation und Bildanalyse in JAVA Seminar

# 6 Zusammenfassung

- Ausgangsposition: gestörtes Bild
- Ziel: Erzeugung eines Bilds bzw. zugehörigem Parametervektor, der aus der Modellklasse stammt
- Erzeugung von Bildern mit Hilfe des Reversible Jump Algorithmus, wobei die Akzeptanzwahrscheinlichkeit der Vorschläge von den Beobachtungswerten (Intensitäten) abhängt
- Verbesserung der Konvergenzgeschwindigkeit unter Umständen möglich durch Modifikationen des Algorithmus (Veränderung der Geburtsprozesse, Konstruktion geeigneter Ausgangszustände)



## 7 Literaturverzeichnis

- AL-AWADHI, F., JENNISON C. UND HURN M.: Statistical Analysis for a Confocal Microscopy 2-D Section of Cartilage Growth. Statistics Group Research Report, University of Bristol, 2002.
- AL-AWADHI, F.: *Statistical Image Analysis and Confocal Microscopy.* Dissertation, University of Bath UK, 2001.
- GREEN, P.J.: Reversible Jump Markov Chain Monte Carlo Computation and Bayesian Model Determination. Biometrika 82:711-732, 1995.
- HURN, M. UND RUE, H.: The Art and Science of Bayesian Image Analysis. High Level Image Priors in Confocal Microscopy Applications 36-43, Leeds University Press, 1997.

