5S-03

# 脳 MRI 画像における3次元オートエンコーダーによる 特徴抽出時の中間表現の改善

藤山眞梧<sup>†</sup> 音賀優颯<sup>†</sup> 新井颯人<sup>†</sup> 茶山祐亮<sup>†</sup> 彌冨仁<sup>†</sup> 大石健一<sup>‡</sup>

†法政大学理工学部 応用情報工学科

<sup>‡</sup>Department of Radiology and Radiological Science Johns Hopkins University School of Medicine

# 概 要

MRI (magnetic mesonance imaging) 画像を用いた 類似症例検索の実現ためには,症例ごとの要素数が大き いため元の特徴を維持した上での次元圧縮が必要不可 欠である.我々はこれまで約500万要素(次元)からな る脳 MRI 画像データを, 3D-CAE (3D convolutional autoencoders) によって神経科医が着目する特徴を保 持しつつ150次元への圧縮を実現したが,得られた特 徴表現には改善の余地が残されていた.本研究では, $\gamma$ 補正を元にした輝度値の標準化,ResNet 構造および, 構造特徴の再現に重点を置いた誤差関数の導入を行い, 得られる再構成画像の改善を試みた.評価実験におけ る定量評価および視覚的評価により改善を確認した.

# 1 はじめに

脳疾患の診断に MRI (magnetic resonance image) が 広く使用され,多大な数の撮影画像が様々な患者情報 と共に記録されている.これらは診断支援を目的とし た再利用も行われており,その際必要となるのがデー タ検索技術である.現在,文字列をキーに用いるデータ 検索方式が用いられているが,適切なキーの指定には 豊富な知識や経験を必要とするため容易ではない.そ のため,撮像した画像をキーに使用する検索技術であ る content based image retrieval (CBIR)の実現が望 まれている [1].しかし,現在の脳 MRI 画像は 1,677 万要素から構成され,CBIR のためのクラスタリング には次元削減が必要である.そこで,我々は CBIR の ための特徴抽出法として 3D-CAE (3D convolutional

{shingo.fujiyama.5a@stu., iyatomi@}hosei.ac.jp

autoencoders) による脳 MRI 画像の次元削減法を提案 した [2]. 3D-CAE は脳 MRI 画像を 150 次元まで情報 を圧縮しても重要な脳構造をある程度保存していたが, CBIR 用途のためには改良の余地が残されていた.本 研究では,(1) 撮影環境による症例ごとの輝度値の差 を補正するために  $\gamma$  補正による前処理の導入,(2) 3D-CAE に residual network (ResNet) [3] の構成要素であ る residual feedback 構造の導入,(3) 3D-CAE が構造 的特徴により注目するように評価指標 SSIM(structural similarity)[4] を利用した損失関数導入を行い,得られ る中間表現の改善を試み,再構成画像による定量評価 を行った.

# 2 手法

## 2.1 データセット

本研究では MRI によって撮影された患者の 3 次元 脳画像のデータセットである ADNI2<sup>1</sup>を使用した.ま ず,訓練用画像として正常 (Amyloid-negative cognitively normal: CN) 360 症例とアルツハイマー型認 知症 (Amyloid-positive Alzheimer's disease: AD) 290 症例を使用し,テスト用画像として早期認知機能障害 (early mild cognitive impairment: EMCI) 147 症例を 使用した.そして実験に用いたすべての画像に対し, MRICloud<sup>2</sup>を用いた前処理により撮影画像より頭蓋骨 の除去と脳の形状および大きさの整形を行った [5].ま た,本研究では,近年の機械学習分野で MRI 画像を扱 う研究と同様に各辺を半分のサイズにした上で,対象 外領域を削除しデータサイズを 80×96×80 pixels にし たものを使用した.

## 2.2 3D-CAE アーキテクチャ

本研究ではEncoder と Decoder それぞれで4段階の 畳み込み処理とプーリング処理を行うモデルを使用し

Improvement of Feature Embedding for Brain MRI with 3D-CAE

<sup>&</sup>lt;sup>†</sup>Shingo FUJIYAMA ,Yuto ONGA , Hayato ARAI, Yusuke CHAYAMA, Hitoshi IYATOMI (Hosei University) <sup>‡</sup>Kenichi OISHI (Department of Radiology and Radiological Science, Johns Hopkins University School of Medicine)

<sup>&</sup>lt;sup>1</sup>http://adni.loni.usc.edu/datasamples/mri/

<sup>&</sup>lt;sup>2</sup>https://www.MRICloud.org

Model	RMSE $[\%]$	SNR [db]	SSIM
従来 CAE	7.00	9.81	0.920
Res-CAE	6.83	10.21	0.926
Res-CAE + $\gamma$ 補正	6.15	10.52	0.931
$\text{Res-CAE} + \gamma \; \overleftarrow{ME} + \text{SSIM}$	6.09	10.63	0.932

表 1: EMCI に対する復元精度比較

た. Encoder は 614,400 要素の入力画像を 150 次元に 圧縮し, Decoder は圧縮された特徴表現から入力画像 と同次元の再構成画像を出力する. さらに, 画像認識 分野において高い認識精度を達成している ResNet の residual feedback を適用した 3D-CAE アーキテクチャ を構成し, 従来モデルの精度との比較を行なった.

#### 2.3 γ補正による前処理

MRIの3次元脳画像の輝度値分布は撮影時に医師や 技師により決定される.本研究では症例ごとの輝度値 のばらつきによる影響を最小限とするため,画像xの 平均値 $\bar{x}$ ,統一する平均値 $\mu$ としたとき,画像ごとに  $\gamma = \frac{\mu}{x}$ を用いて  $|\bar{x} - \mu| < \epsilon$ を満たすまで再帰的に $\gamma$ 補正を行い,各症例の平均輝度の統一化を図った.目 標とする輝度値 $\mu$ は予備実験により決定した.

#### **2.4** SSIM を用いた損失関数

先行研究では 3D-CAE の損失関数に平均二乗誤差 (mean square error: MSE)を用いていた.本研究では 再構成画像の精度向上のため,構造的特徴をより再現 するため,画像間の相関に着目した評価指標である構 造類似性 (structural similarity: SSIM) [4]を損失関数 とし学習を行った.

## 3 結果と考察

学習データに含まれない早期認知機能障害 (EMCI) の症例に対する復元精度を表1に示す.評価は RMSE, SNR, SSIM によって行った.また,それぞれの再構 成画像を図1に示し,図1における画像の脳室上の輝 度プロファイルを図2に示す.

まず, residual feedback を追加した結果 (ResCAE) は, RMSE, SNR, SSIM すべての評価指標において従 来モデルの精度を上回ることが確認できた.また,  $\gamma$  補 正の追加でもすべての評価指標で改善が確認でき,図 1からも,視覚的に改善が確認できる.これは, $\gamma$  補正 による輝度平均値の統一化の副産物として,画像のコ ントラストが強調され明暗差がはっきりしたことによ るものだと考えられる.損失関数を SSIM に変更する ことでもすべての改善を確認できた.図 1,2 より,輝



図 1: 再構成画像例の比較



図 2: 再構成画像例の輝度プロファイル

度の相関のような変量を損失関数とした SSIM を用い ることで,従来の MSE を使用したモデルと比較して コントラストがさらに明確になり,元画像の輝度の濃 淡をより詳細に再現できている.

## 4 まとめ

本研究では、3次元脳画像を用いた類似症例検索シ ステムのための特徴抽出法における中間表現の改善方 法を提案した.結果、定量的評価から再構成画像の精 度向上を確認し、中間表現の改善を達成した.

#### 参考文献

- S. Murala and Q. J. Wu, "Local mesh patterns versus local binary patterns: biomedical image indexing and retrieval," *IEEE Journal of Biomedical and Health Informatics*, vol. 18, no. 3, pp. 929–938, 2014.
- [2] H. Arai, Y. Chayama, H. Iyatomi, and K. Oishi, "Significant dimension reduction of 3D brain mri using 3D convolutional autoencoders," *IEEE Proc. EMBC*, pp.5162-5165, 2018.
- [3] K. He, X. Zhang, S. Ren, and J. Sun, "Deep residual learning for image recognition," *IEEE Proc. CVPR*, pp. 770-778, 2016.
- [4] Z. Wang, A. C. Bovik, H. R. Sheikh, and E. P. Simoncelli, "Image quality assessment: from error visibility to structural similarity," *IEEE Trans. Image Processing*, vol. 13, no. 4, pp. 600–612, 2004.
- [5] X. Tang, K. Oishi, A. V. Faria, A. E. Hillis, M. S. Albert, S. Mori, and M. I. Miller, "Bayesian parameter estimation and segmentation in the multi-atlas random orbit model," *PloS* one, vol. 8, no. 6, p. e65591, 2013.