科学研究費助成事業

平成 2 7 年 6 月 3 日現在

研究成果報告書

機関番号: 16101 研究種目: 基盤研究(C) 研究期間: 2012 ~ 2014 課題番号: 24560497 研究課題名(和文)新しい人工知能技術を用いた腹部X線CT画像解析と診断支援 研究課題名(英文)Abdominal CT image analysis and computa assisted diagnonsis with new artificial intelligence 研究代表者 上野 淳二(UENO, Junji) 徳島大学・ヘルスパイオサイエンス研究部・教授 研究者番号: 60116788 交付決定額(研究期間全体): (直接経費) 2,400,000円

研究成果の概要(和文):本研究では、腹部の多列検出器型CT(MDCT)画像を対象にして新しい人工ニューラルネットワ ークの理論(Revised GMDH-type Neural Network)を開発し、腹部の臓器の高精度な画像領域抽出と肝臓癌を対象にし たコンピュータ支援画像診断(CAD)システムの開発を行った。本研究で開発したニューラルネットワークでは、医用画 像の複雑さに適するように情報量基準(AIC)または予測誤差平方和(PSS)を用いてネットワーク構造を自動的に自己組 織化できる。また、学習理論に主成分回帰分析法を用いることにより高精度なパラメータ推定を行った。そして、肝臓 癌の画像診断へ応用しその有効性を確認した。

研究成果の概要(英文): In this study, new artificial neural network algorithms which are called as revised Group Method of Data Handling (GMDH)-type neural network algorithms, were proposed and we applied these algorithms to the medical image diagnosis of the liver cancer and the medical image recognition of abdominal multi-organs, and we developed the computer aided diagnosis (CAD) system using abdominal multi-detector row CT images. In this neural network algorithms, the principal component-regression analysis method is used to learn the weights of the neural networks and the neural network architectures are automatically organized using the prediction error criterion defined as Akaike's Information Criterion (AIC) or Prediction Sum of Squares (PSS) so as to fit the complexity of the medical images. In this study, we applied new neural network algorithms to the medical image diagnosis of liver cancer and it was shown that new neural networks were useful to the medical image diagnosis of liver cancer.

研究分野: 放射線診断学

キーワード: 人工ニューラルネットワーク GMDH マルチスライスCT コンピュータ支援診断

2版

1.研究開始当初の背景

近年、医療情報のディジタル化が進み、医 用画像においてもほとんどの領域でディジ タル化されている。一方、画像診断機器の進 歩により医療における画像診断の役割が拡 大している。なかでも X 線 CT 断層撮影装置 の発達はめざましく、多列検出器型 CT 断層 撮影装置の登場により撮影の高速化と体軸 方向の空間分解能向上がもたらされた。撮影 の高速化は広範囲の撮影を可能とし、体軸方 向の空間分解能向上は等方向性 volume data の取得を可能とした。これらにより高精細な 三次元画像情報が得られるようになったが、 1回の検査で撮影される断層画像(2次元画) 像)の枚数は数百枚から数千枚にも達してい る。このような膨大なデータは診断的価値の 増加をもたらしたが、それを読影する医師に 対しては負荷の増大や作業効率の低下を招 く可能性が出てきた。このような状況を解決 するために、コンピュータを用いて大量に発 生する医用画像を効率よく処理して、医師の 診断支援を行うためのコンピュータ支援画 像診断 (CAD)システムの開発に期待が集まっ ていた。

2.研究の目的

本研究では、腹部の多列検出器型 CT(MDCT) 画像を対象にして、データ解析手法である多 変量解析を学習理論に用いた新しい人工ニ ューラルネットワークの理論 Group Method of Data Handling-type neural network algorithm(以下 GMDH-type neural network algorithm)を開発し、腹部の臓器の高精度 な画像領域抽出と肝臓癌を対象にしたコン ピュータ支援画像診断(CAD)システムの 開発を行った。

3.研究の方法

本研究では、医用画像診断用に開発された 新しいタイプの GMDH-type neural network algorithm を用いて、複雑な特性を示す腹部 の MDCT 画像を対象にして画像診断を行う人 エニューラルネットワークをコンピュータ 内部に自己組織化させて、腹部の多臓器の高 精度な領域抽出と、肝臓癌などを対象にした 画像診断支援システムを開発した。本研究で 開発した改良形 GMDH-type ニューラルネッ トワークスのアルゴリズムの1例を以下に示 す。

改良形 GMDH-type ニューラルネットワー クスの構造を Fig.1 に示す。フィードバック ループの計算回数、中間層におけるニューロ ンの個数、有益な入力変数、最適なニューロ ンの構造は、情報量基準(AIC)または予測誤 差平方和(PSS)を最小にするように決定され る。このニューラルネットワークスはフィー ドバックループを備えており、このフィード バックループを用いた計算により、徐々にネ ットワークの複雑さを増加させる。 本アルゴリズムの概要を以下に示す。 本アルゴリズムでは、情報量基準(AIC)また は予測誤差評価基準(PSS)を用いているので 原データを2組に分割する必要がなく、すべ てのデータをトレーニングデータとして用 いる。



- Fig.1 Architecture of the revised GMDH-type neural network
- (1)最初のフィードバックループ計算 入力層
 u_j=x_j (*j*=1,2,...,*p*)
 (1)
 ここで、x_jはシステムの入力変数を示す。

入力変数どうしを組み合わせて、多くの組み 合わせを発生させる。ニューロンはタイプ1 とタイプ2の2種類を用い、ニューラルネッ トワークス構造の種類によってニューロン の構造が異なる。

<**シグモイド関数型ニューラルネットワー** クス> i) The first type neuron

 Σ : (Nonlinear function)

- $z_k = w_1 u_i + w_2 u_i + w_3 u_i u_i + w_4 u_i^2 + w_5 u_i^2 w_0 \theta_1$ (2)
- *f* : (Nonlinear function)
- $y_k = 1 / (1 + exp (-z_k))$ (3)

ii) The second type neuron

- Σ : (Linear function)
- $z_k = w_1 u_1 + w_2 u_2 + w_3 u_3 + \dots + w_r u_r w_0 \theta_1 \quad (r < p) (4)$
- *f* : (Nonlinear function)
- $y_k = 1 / (1 + exp (-z_k))$ (5)

<Radial Basis Function(RBF)型ニューラ ルネットワークス>

i) The first type neuron

- Σ : (Nonlinear function)
- $z_k = w_1 u_i + w_2 u_j + w_3 u_i u_j + w_4 u_i^2 + w_5 u_j^2 w_0 \theta_1$ (6)

f : (Nonlinear function)

$$y_k = exp(-z_k^2)$$
 (7)

ii) The second type neuron

 Σ : (Linear function)

 $z_k = w_1 u_1 + w_2 u_2 + w_3 u_3 + \dots + w_r u_r - w_0 \theta_1 \quad (r < p) \quad (8)$

f: (Nonlinear function)

$$y_k = exp(-z_k^2)$$

i) The first type neuron

 Σ : (Nonlinear function)

 $z_k = w_1 u_i + w_2 u_i + w_3 u_i u_i + w_4 u_i^2 + w_5 u_i^2 - w_0 \theta_1$ (10)

f: (Linear function)

 $y_k = z_k$

(11)

ii) The second type neuron

 Σ : (Linear function)

$$z_k = w_1 u_1 + w_2 u_2 + w_3 u_3 + \dots + w_r u_r - w_0 \theta_1 (r < p) (12)$$

f: (Linear function)

 $y_k = z_k$

ここで、各々のニューロンは $\Sigma \geq f$ の2個の関 数から構成され、*w* はニューロンの重み係数、 p は入力変数の個数を示す。ニューロンの重 み w の値は、主成分回帰分析を用いて次のよ うに推定する。

<AIC またはPSS を用いた主成分回帰分析に よる重みwの推定>

まず、各々のニューロンに対して z_k**の値を 計算する。 シグモイド関数型ニューロン $z_k^{**} = log_{e}(\phi'/(1-\phi'))$ (14)

ii) RBF 型ニューロン

$$z_k^{**} = (-log_e \phi)^{1/2}$$
(15)

 iii) 多項式型ニューロン $z_k = \phi$ (16)

ここで、 ϕ はシステムの出力変数、 ϕ' は0 から1の間の値に規準化された出力変数を 示す。 重み w は、 次に示す主成分回帰分析を 用いて推定する。

各々のニューロンに対して、トレーニングデ ータを用いて、主成分回帰分析により重みw を推定する。主成分回帰分析を用いることに より、層を通過すると発生していた中間変数 間の多重共線性を防止することができ、高精 度な学習計算を実行することができる。そし て3種類のニューロンを各々の入力変数の組 み合わせに対して構成する。

主成分回帰分析を用いたニューロンの学習 計算では、入力変数の組み合わせに対して主 成分の抽出を行う。(2)式のニューロンの場 合を例にとる。

まず、固有ベクトルを計算する。

 $\underline{v} = C \cdot \underline{u}$

ここで,

 $\underline{\mathbf{v}} = (v_1, v_2, \dots, v_5)$

 $\underline{u} = (u_i u_j, u_i u_j, u_i^2, u_j^2)$

v は固有ベクトル、Cは固有行列で次式によ り固有値問題を解くことによって計算する。 $R \cdot C = C \cdot \Lambda$ (18) ここで、*R* は相関行列を表す。次に、変数 *Z*_k を直交回帰分析により計算する。

(19)

 $Z_k = \underline{W}^T \cdot V$ $=W_1V_1+W_2V_2+\ldots+W_5V_5$ この場合、出力変数として zk** を用いる。そ

して、AIC または PSS を変数選択の評価基準 として変数選択型重回帰分析法を用いて有 益な主成分のみを選択する。

次に、構成した3種類の各々のニューロンに 対して、AIC または PSS 値の小さいものを L 個選択する。L 個のニューロンの出力値を次 層の入力変数にセットして、出力層の計算に 移る。

出力層

(9)

(13)

(17)

出力層では、中間層の出力値 ykを線形結合す る。

$$\phi^* = a_0 + \sum_{k=1}^{L} a_k y_k$$
 (20)

ここで、*y_k*は AIC または PSS を用いた変数選 択型重回帰分析法により、AIC または PSS 値 の小さいものを自己選択する。次に、AIC ま たは PSS 値が小さなニューロン構造を3種類 の構造の中から自己選択する。2番目以後の フィードバックループ計算では、自己選択し たニューロン構造のみを用いてニューラル ネットワークスの計算を行う。

(2)2番目以後のフィードパックループ計

2番目以後のフィードバックループ計算で は、出力値 *ϕ** をシステムの入力変数 *x*_i (*j*=1,2,...,*p*) と組み合せる。そして、多く の組み合わせを発生させて、第1番目のフィ ードバックループ計算と同じ手続きを繰り 返す。(20)式の AIC または PSS 値が減少しな くなった層で、フィードバックループ計算を 停止し、全体のニューラルネットワークスを 構成する。

以上の手続きによりフィードバックループ を持つ改良形 GMDH-type ニューラルネット ワークスを構成できる。

4.研究成果

本研究では、開発した改良形 GMDH-type 二 ューラルネットワークスを組み込んだ CAD シ ステムを用いて、肝臓癌の画像診断や腹部の いろいろな臓器のコンピュータによる画像 認識とその領域抽出などを行った。ここでは、 肝臓癌の医用画像診断への応用について示 す。

肝臓癌の医用画像診断への応用

本研究では、開発した改良形 GMDH-type ニュ ーラルネットワークスを用いて、肝臓癌の画 像診断とその領域抽出を行った。本研究では、 医用画像としてマルチスライスCT画像を 用いた。まず、最初の手続きとして、肝臓の 正常な領域を改良形 GMDH-type ニューラルネ ットワークを用いて画像認識させ、これらの 領域を抽出した。次に、画像の後処理を行う ことにより肝臓癌を含んだ肝臓の全体の領 域を抽出した。次に、抽出した肝臓の画像を

後処理することにより、肝臓癌の候補領域を 抽出した。予測誤差評価基準としては AIC を 用いた。

肝臓領域の抽出と肝臓癌の候補領域の抽 出

Fig.2に、ニューラルネットワークスを自己 組織化するために用いた原画像を示す。ニュ ーラルネットワークスの入力変数としては N×N 近傍領域の画像特徴量を用いた。これは、 平均值、分散、標準偏差、中央值、範囲、最 大値、最小値などの基本統計量と位置情報(x と y 座標)である。これらの特徴量の中から、 平均値、標準偏差、分散、x 座標、y 座標の 5 変数がニューラルネットワークスにより 有益な入力変数として自己選択された。近傍 領域の大きさ N は、3 から 10 の値に対してニ ューラルネットワークスを自己組織化した。 その結果、N が 5 の場合に、最も良い画像認 識精度を得た。ニューラルネットワークスの 出力変数は、0か1の値をとり、対象臓器の 領域内部では1の値を出力するように学習さ せた。



Fig.2 Original image

改良形 GMDH-type ニューラルネットワーク スは、ニューラルネットワーク構造として RBF(Radial Basis Function)型ネットワーク 構造を選択した。Fig.3 に、計算された3種 類のニューロンの誤差を示す。改良形 GMDH-type ニューラルネットワークスの計 算は第7層で終了した。そして、各々の中間 層では5個のニューロンが自己選択された。 Fig.4に、各層におけるAIC値の変化を示す。 フィードバックループ計算を重ねることに よりAIC値は徐々に減少して小さな値に収束 した。







Fig.4 Variation of PSS in the revised GMDH-type neural network(1)

自己組織化された改良形 GMDH-type ニュー ラルネットワークスによって肝臓領域が出 力された。フィードバックの計算を行うこと によって肝臓領域が徐々に抽出される。 Fig.5 に、出力画像を示す。次に、この出力 画像に対して画像の後処理を行った。ニュー ラルネットの出力画像に対する後処理では、 画像の膨張処理と収縮処理などを行い、肝臓 領域の内部に孤立した部分がある場合や、肝 臓領域の外部にある孤立点が除去された。そ して、肝臓領域の輪郭を N/2 画素分だけ外側 に拡張して正常な肝臓領域を抽出した。Fig. 6 に、ニューラルネットワークスの出力画像 に後処理を行った画像を示す。原画像との一 致性を確認するために、原画像との重ね合わ せを行った。Fig.7 に原画像と後処理後の出 力画像を重ね合わせ画像を示す。この画像か ら、ニューラルネットワークスによって画像 認識された肝臓領域は、原画像の肝臓領域に よく一致していることがわかる。そして、得 られた肝臓領域を、原画像(Fig.2)から、後 処理後の画像(Fig.6)を差分することによ り抽出した。Fig.8 に差分画像(グレー画像) を示す。次に、Fig.6 に対して 2 回目の画像 の後処理を行い、正常でない領域も含めた肝 臓領域を Fig.9 のように抽出した。そして、 原画像(Fig.2)から、後処理後の画像(Fig.9) を差分することによりグレー画像を抽出し た (Fig.10)。Fig.10 から Fig.8 を差分する ことにより、肝臓癌の候補領域を抽出した (Fig.11)

本研究では、改良形 GMDH-type ニューラル ネットワークスを用いて、肝臓癌の候補領域 を抽出した。これらの出力結果は、誤差逆伝 播法(BP法)を用いて学習を行う従来形の人 エニューラルネットワーク(シグモイド関数 型人エニューラルネットワーク)の出力結果 との比較を行い、改良形 GMDH-type ニューラ ルネットワークスの出力結果が、高精度であ ることを確認した。また、医用画像の複雑さ に適した人工ニューラルネットワークの構 造が、AIC または PSS を用いて自動的に自己 組織化できるので、応用が非常に容易である という特徴がある。



Fig. 5 Output image of the revised GMDH-type NN



Fig. 6 Output image after the first post processing



Fig. 7 Overlapped image



Fig. 8 Extracted image (1)



Fig.9 Output image after the second post processing



Fig. 10 Extracted image (2)



Fig.11 Extraction of the candidate image region of liver cancer

むすび

本研究では、人工ニューラルネットワーク の学習に主成分回帰分析を用いてパラメー タ(シナプスウエイト)の高精度な推定を行 い、人工ニューラルネットワークの構造は医 用画像の複雑さに適するように情報量基準 (AIC)または予測誤差平方和 (PSS)を用いて 自動的に自己組織化を行うことができる改 良形 GMDH-type ニューラルネットワークスの アルゴリズムを提案した。この人工ニューラ ルネットワークは、医用画像の複雑さに適し たニューラルネットワークの構造を自己組 織化する能力を備えており、一般的に、医用 画像に適用した場合は中間層を多数備えた 複雑な構造をしたニューラルネットワーク 構造を自己組織化できる。この改良形 GMDH-type ニューラルネットワークスのアル ゴリズムは、シグモイド関数型ニューラルネ ットワーク、ラジアルベース関数型ニューラ ルネットワーク、多項式型ニューラルネット ワークの3種類のニューラルネットワーク の中からニューラルネットワーク構造を自 己選択し、対象となる医用画像の特徴に最も 適したニューラルネットワーク構造を自己 組織化している。また、発見的自己組織化の 原理を用いて、フィードバック計算の回数、 中間層のニューロンの個数、有益な入力変数、 最適なニューロン構造などの構造パラメー タを AIC または PSS を最小にするように自己 選択する機能を備えている。このため、実際 問題への応用が非常に容易である。本研究で は、肝臓癌の画像診断へ応用して従来手法 (BP 法を用いて学習を行うシグモイド関数 型人工ニューラルネットワーク)によって得

られた結果と比較することによりその有効 性を確認した。

5.主な発表論文等

〔雑誌論文〕(計11件)

(1)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of kidney regions by deep feedback GMDH-type neural network using principal component-regression analysis. Proceedings of the twentieth international symposium on artificial life and robotics 2015, pp.424-427 (2015) 査読有

(2)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Deep feedback GMDH-type neural network using principal component-regression analysis and its application to medical image recognition of abdominal multi-organs, Proceedings of international conference on artificial life and robotics (ICAROB 2015),pp.119-122 (2015), 査読有

(3)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image recognition of abdominal multi-organs by hybrid multi-layered GMDH-type neural network using principal component-regression analysis, Proceedings of 2014 second international symposium on computing and networking, pp.157-163 (2014) 査 読 有 , DOI 10.1109/CANDAR2014.62

(4)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by RBF GMDH-type neural network using principal component-regression analysis, ICIC Express Letters (ICIC-EL), Vol.8, pp.851-858 (2014) 査 読有

(5)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by hybrid feedback GMDH-type neural network using principal component-regression analysis, Proceedings of the nineteenth international symposium on artificial life and robotics, pp.339-342 (2014) 査 読有

(6)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Hybrid multi-layered GMDH-type neural network using principal component-regression analysis and its application to medical image diagnosis of liver cancer. Procedia Computer Science, Vol.22, pp.172-181 (2013) 査読有

(7)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by multi-layered GMDH-type neural network using principal component-regression analysis and PSS criterion, Proceedings of the 44th ISCIE international symposium on stochastic systems theory and its applications, pp.255-262 (2013) 査読有

(8) <u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S, Medical image diagnosis of liver cancer by hybrid feedback GMDH-type neural network using heuristic self-organization, ASE Science Journal, Vol.1, pp.12-21 (2012) 査読有

(9) <u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S, Medical image diagnosis of liver cancer by feedback

GMDH-type neural network using knowledge base, Artificial Life and Robotics, Vol.17,No.3-4, pp.488-494 (2012) 査読有

(10) <u>Kondo T.</u>, <u>Ueno J.</u>, Takao S, Hybrid multilayered GMDH-type neural network self-selecting various neurons and its application to medical image diagnosis of liver cancer, Proceedings of international conference SCIS-ISIS 2012, pp.1919-1924,(2012) 査読有 (11) <u>Kondo T.</u>, <u>Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by revised GMDH-type

diagnosis of liver cancer by revised GMDH-type neural network using feedback loop calculation, Proceedings of 2012 sixth international conference on genetic and evolutionary computing, pp.237-240, (2012) 査読有

[学会発表](計14件)

(1)<u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by hybrid feedback GMDH-type neural network using heuristic self-organization, 2012 ASE International conference on biomedical computing, 2012年12 月 14日~2012年12月16日, Hilton Alexandria Mark Center (Washington D.C.,U.S.A)

(2) <u>Kondo T., Ueno J.</u>, Takao S., Medical image diagnosis of liver cancer by multi-layered GMDH-type neural network using principal component-regression analysis and PSS criterion, The 44th ISCIE International Symposium on Stochastic Systems Theory and Its Applications, 2012 年 11 月 1 日~2012 年 11 月 2 日, Kokushikan University (東京都 世田谷区)

6.研究組織

(1)研究代表者
 上野 淳二 (UENO, Junji)
 徳島大学・大学院ヘルスバイオサイエンス
 研究部・教授
 研究者番号:60116788

(2)研究分担者

近藤 正(KONDO, Tadashi) 徳島大学・大学院ヘルスバイオサイエンス 研究部・教授 研究者番号: 80205559